

## فهرست مطالب

عنوان	شماره صفحه
فصل اول	
مقدمه	۳
فصل دوم	
پیش گفتار	۵
۱- ساختار استخوان و پیشینه‌ی تحقیق در مورد استخوان سازی	۱
۲-۱- استفاده‌ی کلی‌نیکی از استخوان دمی‌نراله شده	۵
۲-۲- جزئیات و خواص بی‌ومندی‌کی پیوندهای داخل گونه‌ای	۷
۲-۳- موارد مربوط به بهداشت و سلامت روش‌های نگهداری قطعات بی‌وندی	۹
۴- موارد کننده استخوان سازی در پیوندها	۱۲
۵- مواد القاء کننده استخوان سازی در پیوند استخوان	۱۴
۶- مواد هدایت کننده‌ی استخوانی در پیوند استخوان	۱۷
۷-۱- سرامیک‌ها	۱۸
۷-۲- شیشه‌های فعال زیستی	۱۹
۷-۳- مدل‌های مورد استفاده در حیوانات	۲۰
۸- خواص بی‌ومندی‌کی استخوان فریز شده در سالین نرمال	۲۱
۹- خصوصیات تولید استخوان توسط عامل القاء کننده‌ی آن (BIA) در سگ‌ها	۲۲
۱۰- خصوصیات تری کلسیم فسفات - هیدروکسی آپاتایت از نظر هدایت کنندگی استخوان سازی	۲۳

## فصل سوم

### مواد و روش کار

۲۱	۱_۳_ حیوانات مورد استفاده
۲۱	۲_۳_ تهیه ماتریکس صفحه رشد دمی نراله شده جنی ن گاو
۲۲	۳_۳_ تکنیک جراحی
۲۲	۴_۳_ ارزیابی بعداز عمل
۲۲	۱_۴_ بررسی رادیو گرافی
۲۲	۲_۴_ بررسی بافت شناسی

### فصل چهارم

### نتایج

۲۳	۱_۴_ افته های رادیو گرافی
۲۵	۲_۴_ افته های بافت شناسی

### فصل پنجم

۲۷	بحث
۲۹	منابع
	جداول

۹	جدول ۲_۱: اعضای خانواده‌ی فاکتور رشد انتقال دهنده‌ی $\beta$ (TGF-b)
۱۰	جدول ۲_۲: مثال‌هایی از عوامل القاء کننده‌ی استخوان سازی که استفاده کلینیکی دارند
۱۳	جدول ۲_۳: بعضی فرم‌های مواد هدایت کننده‌ی استخوانی
۱۵	جدول ۲_۴: مواردی از شیشه‌های فعال زیستی موجود در بازار

### اشکال

#### شکل ۲\_۱: ترکیبات استخوان

۱۱

۲۴	شکل ۴_۱: افته های رادیو گرافی
۲۶	شکل ۴_۲: افته های بافت شناسی

## فصل اول

### مقدمه و هدف

القاء استخوان سازی فرآیندی است که در آن سلولهای مزانشی‌می بوسیلهٔ فاکتورهای رشد تحریک شده، فاکتورهایی از قبیل آنهایی که در استخوان دمی‌نراله شده هستند، تا اینکه تبدیل به استئوبلاست گردد و درنهایت به تشکیل استخوان بیانجامد. بسیاری از اطلاعات در مورد القاء استخوان سازی بروپایه مطالعات ببروی استخوان دمی‌نراله شده است، هرچند که فاکتورهای رشد مورد بحث هم اکنون به آسانی در دسترس هستند، ولی استخوان دمی‌نراله شده هم از نظر آزمایشگاهی و هم از نظر کلینیکی دارای اهمیت است [۷۹]. سن در سال ۱۸۸۹ اولین کسی بود که از استخوان دمی‌نراله استفاده کرد. او از اسیده‌دروکلریک برای دمی‌نراله کردن استخوان گاو استفاده کرد و اعتقاد داشت که دارای خواص آنتی‌سیپتیک است. بعد از آزمایشات روی سگ او از این ماده در بیمارانی که دارای نقیصه‌ی استخوانی به علت استئومیلیت بودند استفاده کرد [۷۵]. در سال ۱۹۶۵، اوریست گزارش کرد که استخوان آلوژنیک که در اسیده‌دروکلریک ۰٪ نرمال دمی‌نراله شده است. وقتی که در عضلات جوندگان کاشته شود باعث استخوان سازی در بیشتر از ۹۰ درصد موارد می‌شود [۸۷]. اوریست این فاکتور محرک رشد استخوان را پروتئین‌های محرک رشد استخوان استخراج کند [۸۹]. بعداً چندین مورد BMP‌های مرتبط شناسایی شدند، و هم اکنون ۱۵ مورد از اینها موجود است. استخوان شامل چندین فاکتور رشد می‌باشد که می‌توانند استخوان سازی را تحت تاثیر قرار دهند. اینها شامل: فاکتور رشد تغییر شکل دهنده‌ی بتا (TGF<sub>b</sub>)، فاکتور رشد شبه انسولینی ۱ و ۲ (IGF<sub>1,2</sub>)، فاکتور رشد مشتق شده از پلاکتها (PDGF) و فاکتور رشد فیبروبلاستی اسیدی و بازی (afgf, bfgf) می‌باشند [۹۶].

استخوان دمی‌نراله شده برای چندین دهه در جراحی انسان به منظور درمان عدم جوش خوردگی‌ها، استئومیلیت و ضایعات بزرگ ناشی از برداشت تومور مورد استفاده بوده است [۴۶]. فرآیند دمی‌نراله کردن بوسیلهٔ اسیده‌دروکلریک مخرب است ولی باعث کاهش خواص آنتی‌زنی و همچنین افزایش آزاد سازی BMPs می‌شود. BMPs باعث القای تمایز در سلول‌های مزانشی‌می غیرمتمامیز برای تبدیل شدن به استئوبلاست‌ها می‌شوند. چهارچوب کلاژنی DBM به مهاجرت بافت به محل کمک می‌کند [۶۹]. تحقیقات گستره‌ده برای شناسایی BMP متفاوتی که می‌تواند استخوان سازی را القاء کند ادامه دارد [۱۴, ۲۱, ۵۲, ۶۷]. خواص استخوان سازی ماتریکس استخوان دمی‌نراله شده زنوژنیک و آلوژنیک (xenogeneic, allogeneic) قبلًا مورد مطالعه قرار گرفته است [۱۲, ۷۹, ۸۴].

حضور فاکتور رشد بتا در صفحه رشد و پروتئین های هم شکل استخوانی BMPs ۷و۲ در صفحه رشد جنی ن انسان و موش صحرایی قبلًاً تشخصیص و گزارش داده شده است [۵,۷۰]. این پروتئین ها تمایز کندرو بلاستیک (chondroblastic) سلول های مزانشیمی را باعث می شوند که منجر به ایجاد استخوان جدید می شود [۸۶].

مطالعه قبلی دهقانی و همکاران در سال ۲۰۰۸ ثابت کرده است که پیوند قطعه ای صفحه رشد گاو تحت عنوان پیوند استخوانی زنوژنی ک خواص استخوان سازی زیادی دارد [۲۷].

استخوان سازی نابجا (ectopic) بوسیله ای استخوان دمی نراله شده در جوندگان به عنوان مدلی برای ارزیابی استخوان سازی و عوامل موثر بر آن استفاده شده است [۳۶,۶۸,۸۷]. هدف از این مطالعه بررسی خواص استخوان سازی صفحه رشد دمی نراله شده ای جنی ن گاو در کاشت داخل عضله است.

## فصل دوم

### پیش گفتار

#### ۱-۲- ساختار استخوان و پیشینه‌ی تحقیق در مورد استخوان سازی :

استخوان‌یک بافت تخصص‌یافته است و با این که در یک فضای ثابت بدون حرکت است، عملکردهای فیزی‌ولوژی‌کی اساسی دارد. در درجه اول همراه با کلیه و رووده درتناظری م کردن کلسیم بدن شرکت دارد که این می‌تواند با انتقال کلسیم از سرم به داخل ماتریکس استخوانی طی فرآیند معدنی شدن کاهش یابد و یا اینکه با انتقال یون کلسیم از استئوکلاست‌ها به جریان خون در فرآیند باز جذب استخوان افزایش یابد. علیرغم این فعالیت متابولیکی که نیازمند شرکت سلولهای استخوانی ویا فاکتورهای عمومی یا ناحیه‌ای است، استخوان عملکردهای مکانیکی حیاتی هم دارد. سختی، الاستیسیته متوسط، نرمی محدود و همچنین تردی آن، استخوان را به بافت ایده‌آلی برای ایستادن، حرکت، مبدأ عضلات، اهرمی برای عضلات و حفاظت از بافت‌های نرم تبدیل کرده است. ساختار میکروسکوپی وجود حفرات در داخل آن به استخوان بهترین نسبت توده به مقاومت ( مقاومت / توده ) را داده است [۵۷].

در نگاه اول به نظر می‌رسد که ساختار و ترکیب استخوان در تمام مواردیکسان است ولی در نگاهی دقیق‌تر، استخوان‌یک بافت بسیار نامتجانس است.

ترکیب و ساختار، هر دو بسته به محل استخوان، عملکرد فیزی‌ولوژی‌کی، سن، جنس و گونه حیوان متفاوت هستند. برخلاف این تفاوت، ترکیبات اصلی بافت بصورت قابل ملاحظه ایکسان هستند [۵۷]. امروزه شکستگی استخوان و التیام آن از موضوعاتی است که پژوهشگران در تلاش یافتن روش‌هایی برای سرعت بخشیدن به آن هستند تا بتوانند از عدم جوش خودگی استخوان جلوگیری کنند [۵۷]. بافت استخوانی متشكل از بخش معدنی و آلی می‌باشد. که بخش معدنی آن حاوی کریستال‌های کلسیم و فسفر بوده که هیدروکسی آپاتایت (hydroxyapatite) نامیده می‌شود. این بخش از استخوان در التیام نقش هدایت‌کننده استخوان سازی (osteocductive) را دارد [۱۰]. بخش آلی تشکیل دهنده استخوان حاوی کلازن و بسیاری از فاکتورهای رشد و پروتئین‌های القاء کننده‌ی استخوان سازی می‌باشد. این

بخش از استخوان در نقایص استخوانی می تواند در تماس با سلول های ناحیه باعث القاء استخوان سازی شود [۱۰].

استخوان شامل فاکتورهای رشد متعددی است که قبلًا ذکر شده است . درین این فاکتورها BMPs تنها فاکتورهایی هستند که باعث القاء استخوان سازی بصورت نابجا می شوند واین کار را از طریق تبدیل سلولهای مزانشی می به استئوپلاستها (osteo blast) انجام می دهنند. اغلب اطلاعات ما درباره ی القای استخوان سازی از مطالعات برروی جوندگان همراه با کاشت استخوان دمی نراله شده در بافت غیر استخوانی بدست آمده است [۵۰].

سن به عنوان اوّلین کسی که از استخوان دمی نراله شده درتحقیقات خود استفاده کرد از اسید هیدروکلریک برای دمی نراله کردن استخوان سود جست و به خصوصیات آنتی سپتیک بودن آن اعتقاد داشت [۷۵]. او از این ماده در بیمارانی با نقیصه استخوانی که به علت استئومیلیت ایجاد شده بود استفاده کرد. اوریست گزارش کرد که استخوان دمی نراله شده در اسید هیدروکلریک ۰/۶ نرمال موجب تشکیل استخوان در بافت نابجا در ۹۰٪ مواردی شده است که در عضله ای شکمی جوندگان کاشته شده بود [۸۹]. در سال ۱۹۷۵ کالمرس و همکاران خاصیت القای استخوان سازی پودر استخوان دمی نراله شده را در بافت های نرم ارزیابی کردند [۲۰]. در سال ۱۹۹۹ مطالعه ای توسط تروسلی در زمینه ی القای استخوان سازی با پودر استخوان زنوژنیک بصورت نابجا انجام شده است [۸۴]. در مطالعه ای که اخیراً توسط اندرسون و همکاران برروی صفحه رشد صورت گرفته ثابت شده که صفحه رشد جنی غنی از ۷۰٪ BMPs باشد و با دمی نراله شدن این پروتئین ها آزاد شده و باعث تحریک استخوان سازی در محل پیوند خواهد شد [۵].

ضایعات استخوانی می توانند به علت ترومما، التهاب، ناهنجاری مادرزادی و یا جراحی باشند. مخصوصاً بعد از برداشت تومور ثابت شده که گرافت های استخوانی با آناستوموز موی رگی ابزار خوبی برای بازسازی اسکلت هستند [۹۱]. هرچند استفاده از این گرافت ها به علت کمبود محل هایی با حجم استخوان کافی که کفیت لازم و عروق طویل را داشته باشند محدود است. یک رهیافت برای غلبه برای محدودیت تولید استخوان در محل است که از نظر آنatomیکی دارای عروق و خون رسانی کافی باشد. یک مورد مطالعه درمورد کاربرد کلینیکی استخوان تولید شده بوسیله ای مواد هدایت کننده استخوان سازی که از گاو بدست آمده به همراه فاکتورهای رشد به تازگی به چاپ رسیده است [۹۲]. در کنار این مورد جالب و منحصر به فرد تولید استخوان بصورت نابجا در چندین مطالعه مورد آزمایش قرار گرفته است [۶۰، ۹۳]. از دیگر موارد استخوان سازی نابجا که به خوبی انجام شده استفاده از biphasic phosphonate بوده است [۹۷]. در کل انواع مختلفی از مواد با مشخصه های متفاوت برای مطالعه استخوان سازی استفاده شده اند، از جمله آنها مواد معدنی و غیر معدنی با پلیمرهای طبیعی و غیر طبیعی بوده است. درمورد هیدروکسی آپاتایت و هیدروکسی آپاتایت/تری کلسیم فسفات، هر دو اثراتی برروی تولید استخوان و می نراله کردن دارند [۳۷، ۵۲].

از پلیمرهای طبیعی مثل کلژن هم برای اهداف مهندسی بافت استخوان استفاده شده است [۴۵]. کلژن لیوفیلیزه، دارای اثرات استخوان سازی است که توسط برخی مطالعات روی حیوانات به اثبات رسیده است، نقایص استخوانی در استخوان ران و فک خرگوش وقتی که با کلژن غیر هم جنس پر شدند ترمیم

بهتری داشتند تا زمانی که بصورت خالی رها شدند [٤٩,٦١]. نشان داده شده که ترکیب کلاژن و کلسیم هیدروکسی آپاتایت (collapat) استخوان سازی را بیشتر القاء می کند تا کلاژن تنها و استخوان سازی بیشتر به ترکیب آپاتایت نسبت داده شده است [٣٩,٦٢].

فرآیند القاء استخوان سازی باشد در موارد کاشت نابجای کلایپات هم قابل مشاهده باشد. در صورتی که کاشت نابجای کلاژن ای آپاتایت به تنهایی هیچ گونه اثر القاء کنندگی استخوان سازی را نداشته است [٥١,٧٤].

ایجاد استخوان در لیگامنت طولی - خلفی (opl) در ستون مهره ها هم که با تشکیل استخوان بصورت نابجا رخ می دهد گزارش شده است و می تواند باعث فشردگی نخاعی و ایجاد میلوباتی (myelopathy) شود. این بیماری در سایر لیگامنت های ستون مهره ها مثل لیگامنت طولی - داخلی ای ایگامنت زرد هم رخ می دهد. از این جهت که تعدادی از ناهنجاری های عصبی به علت Opl در زان گزارش شده است که مطالعه خاص بر روی این بیماری سازماندهی شده است [٨٥].

## ۲-۲- استفاده ای کلینیکی از استخوان دمینراله شده:

توانایی استخوان دمینراله شده برای افزایش میزان ترمیم استخوان در حیوانات بخصوص جوندگان اثبات شده است. در سال ۱۹۶۱ کولینس و شراردن تایج خوبی را در استفاده از استخوان دمینراله شده در جراحی اسکولیوز بر روی سه بچه گزارش کردند [٧٦]. اوریست نتایج جالبی را در مورد ارزیابی کلینیکی و رادیو گرافی آرتروزی سی کاذب به مدت ۵ماه تا ۳ سال گزارش کرد. اوریست و داؤسن در مورد جوش خوردگی ستون مهره ها با استفاده از ترکیب استخوان دمینراله شده و استخوان خودی به موفقیت ۸۰ درصدی دست یافتند [٨٨].

سونیسی که کاهش را در مورد بیماران مبتلا به نقایص حفره دندانی که با استخوان دمینراله شده تحت درمان بودند گزارش کرد [٨٠].

بودن دریافت که کاشت استخوان دمینراله شده باعث افزایش سرعت ترمیم درنقائص فک بعد از خارج سازی کیست در مقایسه با اسفنج ژلاتینی قابل جذب می شود [١٣]. بیش از پانصد هزار عمل پیوند استخوان سالانه در آمریکا صورت می گیرد و حدود دو برابر آن در سایر نقاط دنیا انجام می شود [٧٧]. به هر حال کاربردهای کلینیکی روش های مختلف القاء استخوان سازی بسیار گوناگون و گسترده است که درجهت تکامل جراحی ارتوپدی ایفای نقش می کنند [٧٧].

القای استخوان سازی می تواند برای مددی دریت شکستگی ها، عدم جوش خوردگی (nonunion) استخوان و استئومیلیت بکار رود. سایر کاربردهای ارتوپدی آن شامل افزایش طولی که عضو، اعمال ترمیمی بعد از برداشت تومور و مهاجرت استخوانی در موارد جایگزینی مفصل با پروتز می باشد [٣٥].

دیگر موارد جایگزین به منظور افزایش قدرت ترمیم استخوان شامل استفاده از اولترا سونوگرافی با پالس های ضعیف [٣٥] و تحریک با استفاده از الکترومگنتیک است [٧٢]. هرچند مکانیزم این روشها تا حدی نامعلوم است ولی در انسان برای افزایش قدرت ترمیم عدم جوش خوردگی ها، سرعت بخشیدن به ترمیم

شکستگی های نرمال و بهبود بخشی دنالتیام استخوان در بیمارانی که در خطر عدم جوش خوردگی قرار دارند مثل سیگاری ها و بیماران دیابتی استفاده شده اند [۲۲].

برخی اطلاعات تجربی در مورد اثرات این تکنیک ها در سگ ها و کاربرد آنها در ارتوپدی دامپزشکی موجود است، هرچند در بین همه آنها پیوند استخوانی کی از قدیمی ترین تکنیکها در القای استخوان سازی است [۵۸,۵۹]

### ۲-۳- جزئیات و خواص بیومکانیکی پیوندهای داخل گونه ای:

بیشترین استفاده ای پیوندهای داخل گونه ای در علم دامپزشکی در شکستگی های دیافیزی بوده است. پیوندهای استخوانی کورتیکال و ایمپلنت ها برای پرکردن نقیصه حاصل از برداشت تومور، افزایش طول استخوانها و درمان عدم جوش خوردگی ها هم استفاده شده اند [۲].

در تمام این موارد، پیوندهای کورتیکال با خواص بیومکانیکی (biomechanical) خود را حفظ کنند. تا اینکه استخوان ترمیم شده بتواند نیروهای وارد در اثر وزن حیوان را تحمل کند. عدم موفقیت در پیوندهای داخل گونه ای در اثر ضعف بیومکانیکی گزارش شده است [۶]. استفاده از پیوندهای تازه می تواند خواص بیومکانیکی آن را تأمین کند. حفاظت طولانی مدت از استخوان به منظور تهیه قطعات پیوندی در هر زمانی و در اندازه های مختلف نیاز است. روش های متعددی برای استریلیزاسیون و نگهداری استخوان کورتیکال از قبیل پرتودهی، استفاده از اتیلن اکساید و فریز کردن شرح داده شده است [۸۳]. بعضی از این روشها خاصیت بیومکانیکی استخوان را تغییر داده و آن را غیرقابل استفاده می کنند [۲۵]. برای مثال پرتودهی با استفاده از اشعه گاما بیشترین و معمولترین تکنیک برای استریل کردن استخوان برداشت شده در انسان است. وز بالاتر از ۳۰ Kgy که برای از بین بردن ویروس نقصان ایمنی انسان (HIV) توصیه شده است دارای اثرا نامطلوب بر روی قطعه پیوندی و خواص بیومکانیکی آن است [۳۰]. ایک روش معمول برای نگهداری وذخیره ای استخوان کورتیکال در طب دامپزشکی شامل جمع آوری تمیز از لشه و فریز کردن آن بعد از استریلیزاسیون با اتیلن اکساید است. این روش استریلیزاسیون در ارتوپدی انسان به علت احتمال ماندن گاز داخل بافت و خاصیت تحریک کنندگی آن توصیه نمی شود [۶۴]. جمع آوری استریل و فریز کردن تحت شرایط مختلف در جراحی دامپزشکی به منظور جلوگیری از اثرا جانبه استریلیزاسیون مورد آزمایش قرار گرفته است [۴۷، ۲۸]. به نظر نمی رسد که فریز کردن خصوصیات بیومکانیکی استخوان کورتیکال را در صورتی که آب سطحی بافت حفظ شود تعییر دهد [۱۷].

اضافه کردن سدیم کلراید یا محلول رینگرلاکتان برای محافظت استخوان فریز شده از دهیدراسیون توصیه شده است [۱۸]. اما اثرات آنها بر روی خواص بیومکانیکی استخوان فریز شده ارزیابی نشده است.

### ۴- موارد مربوط به بهداشت و سلامت روش های نگهداری قطعات پیوندی:

بیشترین عیب فریز کردن استخوان خطر انتقال پاتوژن هاست. آزمایشات توانایی بافت پیوندی تازه فریز شده را در انتقال رتروویروس لوکمی گربه (feline leukemia retrovirus) نشان داده اند [۸۳].

غribal کردن اهدا کنندگان پیوند و خارج سازی محصولات خونی از قطعات پیوندی می تواند این خطر را کاهش دهد. براساس موارد ثبت شده در انجمن بانکهای بافت آمریکا (AATB) فقط دو مورد از انتقال AIDS از زمان شناسایی ویروس آن گزارش شده است [۳۲] و هر دو مورد به علت استفاده از پیوندهای پردازش نشده بوده است. ظهور پاتوژن‌های جدید که به احتمال زیاد مقاوم به روشهای معمول استریلیزاسیون هستند به عنوان یک نگرانی برای پیوندهای داخل گونه‌ای مطرح می‌باشند [۳۳].

## ۵\_۲\_ مواد القاء کننده استخوان سازی در پیوندها:

این مواد باعث القای تمایز در سلولهای تمایز نیافته‌ی مزانشی‌می می‌شوند که باعث تبدیل آنها به سلولهای پیش‌ساز استخوانی می‌گردد [۳۱، ۸۶]. یک استراتژی برای تولید عامل القاء کننده استخوان سازی شناسایی یک مولکول خالص سازی شده است که می‌تواند درنهایت به عنوان یک عامل انتخابی برای بهبود بخشیدن به روند ترمیم و تولید استخوان تایید شود [۳]. محققان بطور مداوم در تلاش برای جدا سازی، خالص سازی و سپس کلون کردن CDNAs برای همه پروتئین‌های هم شکل استخوانی (BMPs) شناخته شده بوده‌اند. درنهایت ۱۰ مورد از BMPs شناسایی شدند (جدول ۲\_۱) اما دو مورد از آنها BMPs ۷ و ۲ بخوبی در انسان شناسایی و توضیح داده شده‌اند [۵۹].

جدول ۲\_۱: اعضای خانواده فاکتور رشد انتقال دهنده  $\beta$ -TGF (BMPs) به این گروه تعلق دارند بجز ۱۰ اعضای هر تحت خانواده ۵۰-۹۰ درصد از نظر توالی ژنی با یکدیگر همخوانی دارند و ۴۰-۳۰ درصد هم با دیگر تحت خانواده‌ها مشابهت دارند [۵۹].

تحت خانواده	فاکتور	رشد انتقال دهنده	بنا
تحت خانواده پروتئین‌های هم شکل استخوانی (BMPs)	(TGF_b)		
پروتئین یک شکل استخوانی ۲ (BMP_2A)	•	فاکتور رشد انتقال دهنده بتا ۱	•
پروتئین یک شکل استخوانی ۳ (osteo genin)	•	فاکتور رشد انتقال دهنده بتا ۲	•
پروتئین یک شکل استخوانی ۴ (BMP_2B)	•	فاکتور رشد انتقال دهنده بتا ۳	•
پروتئین یک شکل استخوانی ۵	•	فاکتور رشد انتقال دهنده بتا ۴	•
پروتئین یک شکل استخوانی ۶ (Vgr 1)	•	فاکتور رشد انتقال دهنده بتا ۵ (xenopus)	•
پروتئین یک شکل استخوانی ۷ (osteogenic protein 1 or op_1)	•		
پروتئین یک شکل استخوانی ۸ (op_2)	•		
پروتئین یک شکل استخوانی ۹	•		

بروتئینی ک شکل استخوانی ۱۰	•	inhibitin_activity	تحت خانواده
Decapentophegic gene	•	Inhibitin_α	
فاکتور رشد و تمایز_۱	•	Inhibitin_βA	
	•	Inhibitin_βB	
		mullerian	ماده مهار کننده‌ی
			•

با وجود شواهد زیادی مبنی بر ترکیب عوامل مختلف برای افزایش قدرت ترمیم استخوان [۳] دومین استراتژی برای تولید عوامل تولید کننده‌ی استخوان شناسایی ترکیب مطلوبی از عوامل محرك رشد استخوان است که از مواد خالص سازی شده بدست می‌آید و این بصورت بیولوژیکی از یک بافتی ای ک سلول کشت داده شده حاصل می‌شوند.

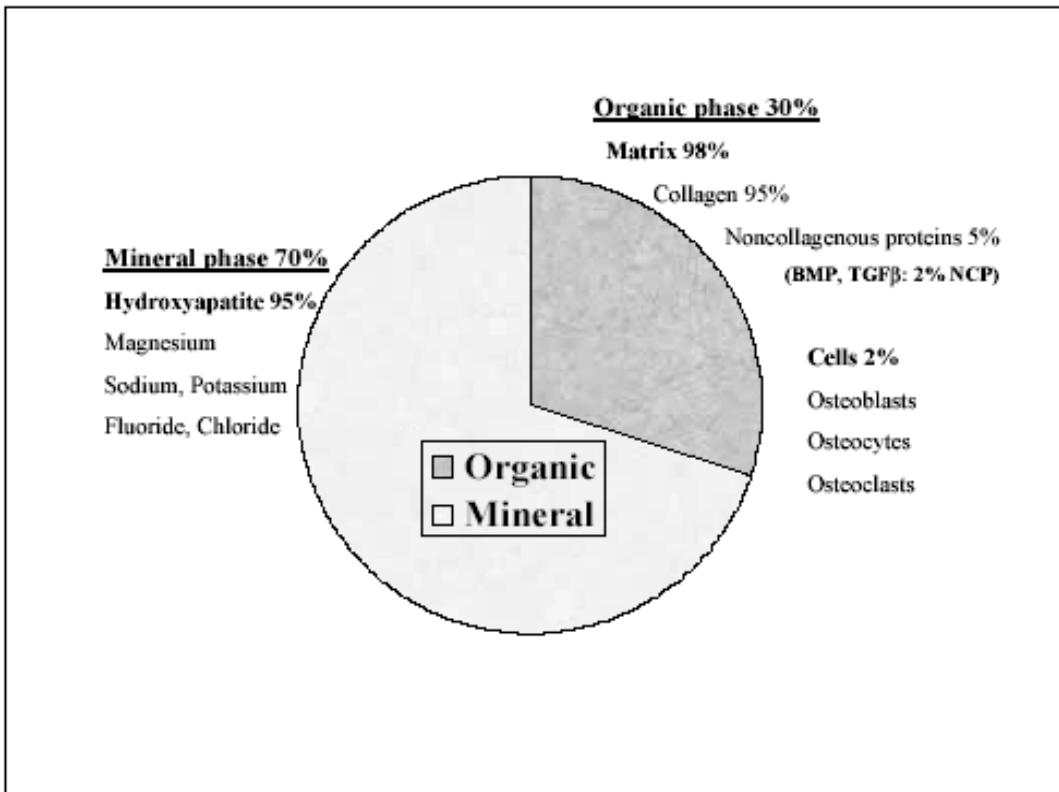
بی‌شترین بافتی که برای بدست آوردن فاکتورهای القاء کننده‌ی استخوان سازی از آن استفاده می‌شود استخوان دکلسیفی (decalcified) شده است (جدول ۲).  
ماتریکس استخوان دمی‌نراله شده بصورت چندی‌ن فرآورده‌ی اقتصادی موجود است که از نظر ترکیب و فرآیندهایی که روی آن صورت گرفته متفاوت هستند. برای مثال مواد انتقال دهنده برای DBM شامل گلی‌سرول، ژلاتین پورکاین، پلورونیک کوپولایمر ایف ۱۲۷، اسیدی‌هی‌الورونیک، کلاژن و ترکیبی از سولفات کلسیم و متیل سلولز می‌باشد [۱]. تولید کننده‌ها مدعی هستند که این تفاوت در محصولات می‌تواند برخواص استخوان سازی محصول نهایی تاثیر گذار باشد [۷۱].

جدول ۲-۲: مثال‌هایی از عوامل القاء کننده‌ی استخوان سازی که استفاده کلینیکی دارند [۷۱]

نام محصول	ترکیبات
A A A bone	استخوان استریل شده انسان که انتی‌زن‌ها از ان خارج شده‌اند
Grafton(osteotech inc USA)	انسان که از سال ۱۹۹۱ موجود است DBM
Osteofil(sofamor danek group inc.,USA)	انسان: ۲۴٪ + ژلاتین پورکاین ۱۷٪ به عنوان یک انتقال دهنده در محلول آبی DBM
Dyna graft(gensci,Canada)	انسان DBM
Optiform(exactech inc, USA)	قطعات فشرده شده‌ی استخوان کورتیکو کنسلوس انسان به همراه DBM انسانی + ژلاتین بورکاین + آب
Canine dbm(veterinary transplant services, USA)	ماتریکس دمی‌نراله شده‌ی استخوان

Rh bmp_2(genetics institute, USA)	BMP سنتزی همراه با کلازن
Rh bmp_7(geactive hiomolecules, USA)	BMP سنتزی همراه با کلازن

محدودیت اصلی درمورد استفاده کلینیکی این قبیل فرآورده‌ها غلظت خیلی پایین BMPs در کل استخوان است (شکل ۲-۱). از اینکه لیوگرم استخوان گاو حدود ۱ میلی‌گرم BMPs استخراج می‌شود [۹۵] و این بطور قابل توجهی قیمت عامل تولید کننده‌ی استخوان را افزایش می‌دهد بدون اینکه خطر انتقال بیماری را کاهش دهد.



شکل ۲-۱: ترکیبات استخوان [۹۵]

استخراج یک عامل القاء کننده‌ی استخوان سازی از سلول‌های کشت داده شده می‌تواند جایگزینی ارزانتر برای تولید نامحدود یک عامل تولید کننده‌ی استخوان باشد. یک عامل تولید کننده‌ی استخوان (BIA) از سلول‌های استئوسارکومای انسان استخراج شد (Saos-2) [۴۶] و زمانی که در عضلات اسکلتی موش Athymic کاشته شد توانایی بالای آن در تولید استخوان مشخص شد [۴]. ۱۰ میلی‌گرم BIA که از سلول‌های Saos-2 بدست آمده بود (و با کلازن گاو مخلوط شده بود) خیلی سریع اتصال استخوانی را در عدم جوش خوردگی در دیافیز استخوان ران که بصورت داخلی تثبیت شده بود را در رت‌هایی با سیستم ایمنی با کفایت موجب شد [۴۷]. در این مطالعه میزان مساوی از کلازن گاو با BIA مخلوط شد تا به عنوان سیستم آزاد سازی آهسته پروتئین عمل کند. عوامل القاء کننده‌ی استخوان سازی همیشه با یک انتقال دهنده مخلوط می‌شوند که عموماً یک ماده‌ی هدایت کننده استخوانی (Osteo Conductive) است.

## ۶\_۲\_ مواد هدایت کنندهٔ استخوانی در پیوند استخوان:

مواد هدایت کنندهٔ استخوانی که چهارچوب غیر فعال تولید می‌کنند که سلول‌های پیش‌ساز استخوانی با استفاده از آن به تولید استخوان می‌پردازند. عوامل هدایت کنندهٔ استخوانی (جدول ۳\_۲) شامل سرامیک‌ها، کلاژن، فلزهای متخلخل، پلیمرهای پلی‌گلیکولیک، پلی‌لاکتیک اسید و شیشه‌ای فعال زیستی هستند [۲۴]. اینها معمولاً برای پل زدن در نقایص بزرگ استخوانی خیلی شکننده هستند ولی به عنوان مواد پرکننده در جراحی‌های ارتوپدی کاربرد دارند. همچنان می‌توان از آنها به عنوان انتقال دهنده برای فاکتورهای رشد و آنتی‌بیوتیک‌ها به اشکال فیبری، دانه‌ای، پودر، ژل و اسپری استفاده کرد [۲۴].

جدول ۲\_۳: بعضی فرم های مواد هدایت کننده ای استخوانی [۲۴]

نام محصول	مواد تشکیل دهنده
Kiel bone(surgical university clinic of kiel, germany)	استخوان گاو دپروتئینه شده بوسیله پراکسید هیدروژن
Optiform	قطعات استخوان کورتیکوکنسلوس فشرده شده
Bio_Oss	استخوان گاو
Oxbone	استخوان گاو
Endobone(merk kg Aa, germany)	استخوان کنسلوس گاوی
Surgibone(unilab inc, UK)	استخوان گاو فراوری شده
Lubboc(transphyto, France)	استخوان کنسلوس گاو نایالغ
Pyrost	استخوان گاو
Osteoplant(biotech, Italy)	ماتریکس استخوان دمیبراله شده ای اسب
Canine bone allograft (veterinary transplant services, USA)	استخوان کنسلوس یا کورتیکال
Osteomin(pacific coast tissue bank, la, USA)	حاکستر استخوان انسان
Banked human allograft	استخوان کنسلوس، کورتیکال، کورتیکوکنسلوس یا استخوان استئوکندرال
هیدروکسی آپاتایت	
Pro osteon(interpone inc, USA)	هیدروکسی آپاتایت
Calcitite(calcitek, USA)	هیدروکسی آپاتایت کریستاله و متراکم
Periograft(cooke_waite laboratories USA)	هیدروکسی آپاتایت کریستاله و متراکم
Ceros 80(straumann LTD, UK)	هیدروکسی آپاتایت کریستاله و متراکم
Osprovit(cerasive, germany)	هیدروکسی آپاتایت متخلخل ( $\mu\text{m}$ ۲۰۰ تا ۶۰۰)
Orthomatrix HA system	شامل هیدروکسی آپاتایت ۵۰۰، ۱۰۰۰، ۲۰۰۰ ذراتی به قطر $240 \mu\text{m}$ تا $2000 \mu\text{m}$
Friabone, algipore and frialit(germany)	هیدروکسی آپاتایت
تری کلسیم فسفات	

Ceros 82	تری کلسیم فسفات بتا
Calciresorb(ceraver osteal, France)	تری کلسیم فسفات متراکم با اندازه کوچک
Synthograf(miter, USA)	تری کلسیم فسفات متراکم با اندازه بزرگ

## ۱\_۶\_۲\_ سرامیک ها:

هیدروکسی آپاتایت سنتتیک، تری کلسیم فسفات و ترکیب هر دوی آنها (TCP, HA) از جمله مواد متداول برای پیوند استخوان هستند [۸]. قسمت معدنی استخوان ۷۰-۶۰ درصد وزن ماده‌ی خشک آن را تشکیل می‌دهد (شکل ۲\_۱) و از کلسیم فسفات آپاتایت تشکیل شده است [۶۵] به صورت ایده‌آل یک پیوند استخوانی باید از نظر ترکیبات معدنی و ساختار مشابه استخوان باشد. این یکی از دلایلی بود که سوبسترهای کلسیم فسفات جای ترکیبات سولفات کلسیم را گرفت همانند ترکیب plaster of paris (گچ) [۸۲].

ثابت شده است که سرامیک‌ها نیاز به حفراتی به اندازه  $100\text{ }\mu\text{m}$  دارند تا بتوانند به استخوان اجازه‌ی رشد کردن بداخل این حفرات را بدهند. هیدروکسی آپاتایت متخلخل (HA) و تری کلسیم فسفات (TCP) بطور معمول با ترکیب کردن پودر کلسیم فسفات با نفتالین بدست می‌آید. سپس نفتالین خارج می‌شود و ساختاری متخلخل بدست می‌آید [۲۴] تجزیه شدن ذرات TCP, HA در پیوند بستگی به مکانیسم‌هایی با واسطه سلولی و میزان اتحال آنها دارد که متناسب با سطح تماس ایمپلنت می‌باشد [۴۲].

بنابراین ضروری است که بین تراکم و داشتن منافذ بزرگ تمایز قائل شویم. منافذ بزرگ باعث افزایش میزان جذب می‌شوند ولی استحکام کمتری دارند. به علت اینکه TCP نسبت به HA سریعتر حل می‌شود می‌توان با تغییر دادن نسبت هیدروکسی آپاتایت و تری کلسیم فسفات میزان و سرعت جذب شدن ماده را به دلخواه تنظیم کرد. هر چند HA و TCP در نقایص استخوانی بارها ارزیابی شده اند ولی مطالعات بی‌شتری برای رسیدن به یک ترکیب ایده‌آل نیاز است [۴۲].

## ۱\_۶\_۲\_ شیشه‌های فعال زیستی (bioactive glasses):

یک مزیت این مواد بر HA و TCP قدرت بیومکانیکی بالاتر آنهاست که این به علت توانایی تشکیل یک پیوند شیمیایی قوی با استخوان است. برطبق تحقیقاتی امامورو، سرامیک‌های شیشه که شامل آپاتایت و وولاستونایت (wollastonite) هستند و از ۱۹۸۰ درکیوتولید می‌شوند از استخوان کورتیکال انسان قوی‌تر بوده و با استخوان زنده در عرض ۸-۱۲ هفته اتصال برقرار می‌کنند [۹۸]. این ماده با موفقیت در چهار بیمار بعد از برداشت تومور نخاعی به عنوان پروتز استفاده شده است [۳۴].

شیشه‌های فعال زیستی از  $\text{SiO}_2$  به عنوان تشکیل دهنده‌ی شبکه که منجر به جذب آهسته و ناقص آن می‌شود تشکیل شده است. شیشه‌هایی که آزاد سازی آنها تحت کنترل صورت می‌گیرد (CRGs). پلیمرهای غیر ارگانیکی هستند برپایه‌ی فسفات سدیم و کلسیم که قابلیت تبدیل به فرم شیشه‌ای را دارند. آنها از شیشه‌های فعال زیستی معمول متفاوت هستند (جدول ۲\_۴). این مواد قادر  $\text{SiO}_2$ -هستند. شیشه‌های معمول در تماس با مایعات بافتی یک لایه پیوندی از هیدروکسی - کربنات -

آپاتایت بیولوژیکی همراه با کلکسیون از ژل سیلیکا تشکیل می دهند [۴۰، ۹۴]. در صورتی که CRGs بصورت کامل در آب حل می شوند و یک محیط اسیدی را ایجاد می کنند [۳۴]

جدول ۲\_۴: مواردی از شیشه های فعال زیستی موجود در بازار [۳۴]

Bioglasses(American biomaterials corp, USA)	۴۵٪ سیلیکا ۲۴٪ کلسیم اکساید ۲۴.۵٪ سدیم اکساید ۶٪ پرروفسفات
Consil(xeipon LTD, UK)	شیشه ای فعال زیستی
Novabone	شیشه ای فعال زیستی
Biogran(orthovita, USA)	شیشه ای فعال زیستی با ذراتی به قطر ۳۰۰ تا ۳۵۵ پیکو متر
Perioglass(block drug co, USA)	شیشه ای فعال زیستی با ذراتی به قطر ۹۰ تا ۷۱۰ پیکو متر

CRGs از نظر زیستی ترکیبات سازگاری هستند و نشان داده شده که اجازه رشد سریع را به استخوان مشابه آنچه در اتو گرافت ها (پیوندهای خودی) اتفاق می افتد می دهند. قطعات شیشه های فعال زیستی به تنها ی برای مورد استفاده قرار گرفتن بسیار شکننده هستند [۲۶]. هرچند استفاده از قطعات آلومینیم یا گرافت همراه با قطعات کوچک CRGs توانسته خواص بیومکانیکی آن را برای استفاده در آرتروپلاستی مفصل لگن افزایش دهد [۱۶].

بنابراین CRGs می توانند به عنوان مواد پیوندی در عمل آرتروپلاستی مفصل لگن مورد استفاده قرار گیرند، ولی برای پی بردن به خواص بیولوژیکی آنها نیاز به تحقیقات بیشتری می باشد.

## ۷\_۲\_ مدلهای مورد استفاده در حیوانات:

خواص القاء کنندگی استخوان سازی در پیوندها بطور معمول در محلهای عاری از سلولهای پیش ساز استخوانی مورد آزمایش قرار می گیرد، تا هر استخوانی که تازه تشكیل می شود از تمایز و تکثیر سلولهای مزانشی می تمایز نیافته بدست آمده باشد. عضلات و بافت‌های زیر پوستی بی‌شترین محل برای کاشتن ای مپلنت هستند. عضله لاتیسی موس دُرسی که محل خوب برای کاشت است چون به آسانی در معرض قرار می گیرد و مقطع عضلانی در تمام قسمت‌های آن دارای قطری کسانی است. شکل گیری استخوان معمولاً ۲ هفته بعد از کاشت نایجایی که عامل القاء کننده‌ی استخوان سازی در مشاهد Athymic است. در می‌مون‌ها و سگها، القای استخوان سازی معمولاً ۶-۸ هفته بطول می‌انجامد که نشان دهنده‌ی متابولیسم آهسته تر آنها در مقایسه با جوندگان است [۷۳، ۲۲].

خاصیت تولید کنندگی استخوان بطور عام و خاصیت هدایت کنندگی آن بصورت خاص در محلهای ارتتوپیک (داخل نقیصه استخوانی) مورد ارزیابی قرار گرفته‌اند. ضایعات کورتیکال استخوانی بصورت یکطرفه مدل‌های خوبی برای ارزیابی خواص بی‌ولوژی کی مواد پیوندی هستند. ضایعات یکطرفه کورتیکال دارای چندین مزیت برموارد عدم جوش خوردگی استخوان هستند: آنها نیاز به شبیت داخلی ندارند و می‌توان با استفاده از آنها چندین فاکتور را در یک حیوان بررسی کرد. یکی از محدودیت‌های آن مربوط می‌شود به اندازه‌ی نقیصه ایجاد شده و خطر شکستگی ثانویه در اثر افزایش استرس وارد. نقایص دیافیزی که اندازه آنها ۲۰ درصد قطر استخوان است مقاومت استخوان را در برابر نیروهای چرخشی به اندازه ۳۴ درصد کاهش می‌دهد [۲۹]. ولی این درحالی است که در مطالعات قبلی از نقایص کورتیکال یکطرفه به اندازه تقریبی ۹ میلی‌متر در گوسفند استفاده شده است [۳۲]، متفاوت با استخوان‌های بلند نقایص بزرگتری را تحمل می‌کنند. مزیت دیگر نقایص متافیزی برنقایص دیافیزی مربوط به وجود تعادل بین روند شکل گیری استخوان و سرعت تجزیه می‌مواد پیوندی در استخوان کنسلوس است. لو و همکاران (۱۹۹۸) می‌زان واکنش بافتی را نسبت به سرامیک‌های کلسیم فسفات در بین محل‌های کاشت کنسلوس، کورتیکال و مدولار در خرگوش مقایسه کرده‌اند: محل‌های کاشت مدولار بی‌شترین پاسخ ایمنی و سرعتی می‌زان جذب شدن مواد پیوندی را نشان دادند، در صورتی که تولید استخوان در محلهای کورتیکال بی‌شتر بود، محل‌های کاشت کنسلوس هم‌یک‌حالت بی‌نایابی را داشتند و بنابراین برای ارزیابی خصوصیات مواد پیوندی انتخاب شدند [۵۶]. اشکال دیگر نقیصه کورتیکال یکطرفه مربوط به نداشتن خاصیت بی‌وامکانی کی مناسب است مخصوصاً اگر مواد پیوندی آزمایش شده به منظور پیوندهای ساختاری مورد استفاده قرار گیرند. ارزیابی عوامل تولید کننده استخوان بصورت ارتتوپیک معمولاً در نقایص دیافیزی ای شکستگی‌های در حال ترمیم انجام می‌شوند [۱۵]. این مدل‌ها کاربردهای کلینیکی مواد پیوندی را بهتر از نقایص کورتیکال یکطرفه نشان می‌دهند ولی اشکالاتی هم در آنها وجود دارد [۱۵]

اوی‌ین شکل ای‌بن مدل‌ها براساس ای‌جاد نقایصی است که بدون کاشت پیوند ترمیم نمی‌یابند و این مدل‌ها برای شبیه سازی عدم جوش خوردگی‌ها طراحی شده‌اند هرچند در شبیه سازی آنچه از نظر کلینیکی در عدم جوش خوردگی‌ها اتفاق می‌افتد ناموفق هستند، به این علت که این اندازه‌ی نقیصه است که از ترمیم جلوگیری می‌کند نه محیط نامطلوب برای ترمیم. بنابراین این روشهای بی‌شتر برای نقایص بزرگ استخوانی مثل آنهایی که در برداشت تومور ای‌جاد می‌شوند مناسب هستند. برخلاف این

گونه نقایص، مدلهای شکستگی در حال ترمیم بدون توجه به درمان هم ترمیم می‌یابند. پس هدف نشان دادن این موضوع است که می‌توانی که روند ترمیم طبیعی را با استفاده از پیوندها تسهیل کرد [۱۵]. تفاوت بین خواص بیولوژیکی و بیومکانیکی روشهای مختلف اغلب بحث برانگیز است و مقایسه نتایج بین مطالعات سخت می‌باشد. در مقایسه با مدل نقیصه کورتیکالیکطرفه، شکستگی‌های درحال ترمیم و نقایص استخوانی با اندازه بحرانی روشهایی هستند که از نظر تکنیکی سخت‌تر و تهاجمی‌تر می‌باشند. ارزیابی چندین روش درمان و با وجود تفاوت‌های فردی که تعداد حیوانات مورد نیاز برای رسیدن به یک نتیجه‌ی آماری را افزایش می‌دهد در مقابل این روش قرار می‌گیرد که چندین محل کاشت ایمپلنت در هر حیوان ایجاد شود و این تعداد حیوان مورد نیاز را کاهش می‌دهد [۱۵].

## ۲\_۸ - خواص بیومکانیکی استخوان فریز شده در سالین نرمال:

فریز کردن الوجرافت‌های کورتیکالیک روش معمول برای ذخیره نگهداری استخوان است. دمای ذخیره سازی برای جلوگیری از فعالیت آنزیم‌ها که مسئول از بین رفتن سلول‌ها هستند باید زیر ۸۰- درجه سانتی‌گراد باشد. هرچند نمونه‌های استخوان کورتیکال که در ۲۰- درجه سانتی‌گراد برای چندین ماه نگهداری شده‌اند هم با موققتی استفاده شده‌اند [۴۱، ۷۸]. انجامداد در ۲۰- درجه سانتی‌گراد بمدت بیشتر از یک سال هم تغییری در خواص بیومکانیکی الوجرافت‌های کورتیکال در صورتی که آب سطحی بافت حفظ شود ایجاد نمی‌کند. در یک مطالعه استخوانهای متاکارپ و متاتارس فریز شده با محلول سالین نرمال (NSS) و بدون آن خواص بیومکانیکی کسانی در هنگام وارد شدن نیروی چرخشی داشتند. در مورد نیروی خم کننده انرژی لازم برای غلبه بر استخوان در مورد دنده‌ها، متاکارپ و متاتارس که همراه با محلول سالین نرمال فریز شده بودند ۳۰ تا ۲۵ درصد بیشتر از زمانی بود که استخوانها بدون NSS نگهداری می‌شدند. این نشان می‌دهد که میزان بیشتری انرژی برای شکستن استخوانهایی که در NSS نگهداری می‌شوند در مقایسه با آنهایی که بدون کلرید سدیم فریز می‌شوند نیاز است [۳۸].

نیروی خم کننده‌ی لازم برای شکستن بیوندهای کورتیکوکنسلوس که در NSS فریز شده بودند ۱۸ تا ۲۴ درصد بیشتر از آنهایی بود که بدون NSS فریز شده بودند. استخوانهای متاکارپ، دنده و متاتارس که بدون NSS بودند از نظر بیومکانیکی شکننده‌تر بودند. دلیل این موضوع که چرا در مقابل نیروهای چرخشی برخلاف نیروهای خم کننده تفاوتی بین دو گروه وجود ندارد نامعلوم است. تغییرات ساختاری که بصورت ثانویه در اثر دهی دراسی ون رخ می‌دهد مثل تغییر موقعیت فیبرهای کلاژن می‌تواند دلیلی بر کاهش مقاومت در برابر نیروهای خم کننده در بین نمونه‌ها باشد. اثرات دهی دراسی ون بر خواص بیومکانیکی استخوان کورتیکال در موقع بررسی روش انجامداد به عنوانی که روش ذخیره سازی استخوان دارای اهمیت زیادی است. استخوانی که بصورت انجامداد خشک نگهداری می‌شود بسیار شکننده است و باید قبل از استفاده با محلول سالین نرمال فرآوری شود [۸۸]. بعد از تأمین آب استخوان با سالین نرمال قدرت تحمل در برابر نیروهای فشرده کننده (محوری) بسرعتی ابصورت آهسته افزایش می‌یابد، اما قدرت تحمل در برابر نیروهای چرخشی و خمشی به میزان لازم افزایش نمی‌یابد. گزارش شده است که

استخوانهای دهی دره شکننده هستند و احتمال اینکه در موقع کار گذاشتن پیچ‌ها در عمل جراحی ورقه ورقه شوند را دارد. تأثیرات استریلیزاسیون با استفاده از اتیلن اکساید و شرایط نگهداری در مطالعه بر روی استخوان ران سگی که ارتباط مثبت را بین آب موجود در استخوان و خصوصیات آن از نظر قابل حمل بودن و دستکاری شدن در حین استفاده از دریل و پیچ‌ها نشان داده است [۴۸]. استفاده از تی‌وب‌های پلی‌اتیل‌نی‌درجهت حفظ آب استخوان نسبت به پوشش‌های پلاستیکی و کاغذی ارجح است می‌توان از انجام دادن استخوان داخل NSS به عنوان جایگزینی برای تی‌وب‌های پلی‌اتیلنی استفاده کرد [۴۸].

## ۹\_۲\_ خصوصیات تولید استخوان توسط عامل القاء کننده‌ی آن در سگ‌ها:

جداسازی و خالص سازی که عامل القاء کننده‌ی استخوان از که رده‌ی سلولی انسانی که منبع نامحدود از مواد پیوندی القاء کننده‌ی استخوانسازی فراهم خواهد کرد. فعالیت استخوان سازی در نئوپلاسم چندین حیوان و انسان اثبات شده است [۸۱] اما فقط چند تا از آنها به عنوان رده‌های سلولی برای این کار کاربرد دارند. سلولهای نئوپلاستیک زنده و منجمد شده که درمحيط کشت نگه داری می‌شوند می‌توانند بعد از کاشت نابجا (هتروتوبیک) خاصیت القاء کننده‌ی استخوان را خود نشان دهند [۳۸]. در صورتی که اگر عامل القاء کننده‌ی استخوان سازی از سلول‌های مورد نظر استخراج و تخلیص شود خطر کمتری خواهد داشت. از BIA و Saos\_2 انسان و از سلول‌های استئوسارکوم استخراج شده است و آن شامل ترکیبی از فاکتورهای رشد استخوان که بیشتر از همه TGF\_b و BMP\_1, ۲, ۳, ۴, ۶ است می‌باشد [۶۶]. در مطالعات گزارش شده، خصوصیات استخوان سازی BIA وقتی که در عضله کاشته شود اثبات گردیده است. اثبات خاصیت استخوان سازی که ماده‌نی از به کاشت نابجا آن در محلی عاری از سلول‌های بیش ساز استخوان دارد. عضله و بافت زیر پوستی همان طور که گفته شد محل‌های مناسبی برای مطالعات بر روی خواص استخوان سازی عوامل مختلف هستند. در می‌مونها و سگها استخوانسازی بعد از کاشت عامل مورد نظر ۶ تا ۸ هفته به طول می‌انجامد.

استخوانهای دکلسویفی نشده که به عنوان مواد کاشتنی استفاده شده اند خاصیت استخوانسازی خیلی کمی دارند و در محل کاشت فقط سلولهای چند هسته ای را تولید می‌کنند [۲۰, ۶۹]. نقایص استخوانی کورتیکال بصورت جراحی در سگها برای ارزیابی روش‌های گوناگون به منظور ترمیم آن ایجاد شده اند و از جمله محسن این عمل این است که نیاز به تشییت استخوان ندارد و اجازه‌ی بررسی چندین فاکتور را در یک استخوان می‌دهد. در این روش برای محدود کردن گستره‌ی نتایج تمام نقایص در دیافیزی از استخوانهای بلند ایجاد می‌شوند [۲۰].

نتایج بافت شناسی نقایص پر شده با استخوان کنسلوس خودی با مطالعات قبلی همخوانی دارد. سه عدد از نقیصه‌ها بطور کامل با استخوان پر شده بودند. سه تا از چهار نقیصه که با کپسول ژلاتین به تنها‌ی پر شده بودند ترمیمی افتند، در صورتی که هیچ کدام از نقایصی که با BIA پرشده بودند در عرض هشت هفته هم ترمیمی نیافته بودند [۹۵].

BIA استخوان سازی سریع را در عدم جوش خوردن استخوان ران در رت‌ها موجب شد ولی ۱۰ میلی‌گرم از آن ترمیم نقیصه‌های کورتیکال را در سگها تسریع نکرد: هیچ استخوانی در عرض ۶ هفته بعد از کاشت داخل عضلانی BIA مشاهده نشد. شکست در القاء استخوان سازی ممکن است به علت نقص در خصوصیات استخوان سازی عامل، در دسترس قرار گرفتن میزان کمی از عامل ویا عدم توانایی سگها در پاسخ به القای استخوان سازی که جوندگان به خوبی به آن پاسخ می‌دهند باشد. برای القاء استخوان سازی بصورت مناسب، پروتئین‌های استخوان سازی‌ای دهنده با یک ناقل مناسب کاشته شوند، چون این پروتئین‌ها محلول در آب هستند و براحتی از محل منتشر می‌شوند [۹۵]. اعمال انتقال دهنده شامل آزاد سازی عامل القاء کننده‌ی استخوان ساز دریک دوز مناسب همزمان با تجمع سلول‌های هدف، حمایت پروتئین‌های القاء کننده برابر پروتئولیزهای غیراختصاصی و هماهنگ کردن هر مرحله از پاسخ سلولی در جریان استخوان سازی می‌باشد. انتقال دهنده همچنین با یک سازگار با محیط بدن می‌زبان و از نظر زیستی قابل دفع باشد؛ و آن با یک ماده ای را در دسترس بدن قرار دهد تا راهی‌ابی سلول‌های تازه تولید شده و عروق خونی را در محل مورد نظر امکان‌پذیر سازد [۲۲].

برای ارزیابی خصوصیات استخوان سازی‌ایک عامل، یک ناقل با داز بعضی ویژگی‌ها مبری باشد. کلاژن TypeI خالص گاو باعث استخوان سازی نابجا در سگ نمی‌شود. به نظر می‌رسد که این ماده به عنوان عاملی برای آزاد سازی تدریجی پروتئین عمل می‌کند و باعث بهتر شدن پتانسیل استخوان سازی توسط BMP نیز می‌شود (البته در شرایط آزمایشگاه) [۱۱].

کلاژن گاوی به عنوان یک ناقل برای محصولات القاء کننده استخوان سازی در سگها گزینه‌ی خوبی است، بنابراین حضور کلاژن گاوی TypeI بعد از کاشت استخوان سازی توسط BIA در سگها باشد. عدم استخوانسازی توسط BIA بعد از کاشت هتروتریپیک وارتتو پیک در سگ احتمالاً به دلیل دوز کم BIA استفاده شده است [۱۱].

القاء استخوان سازی‌ایک پدیده‌ی وابسته به دوز است، گفته شده که در حیوانات بزرگتر با طول عمر بی‌شتر مثل سگ‌ها، گوسفندها و میمون‌ها، فقط استخوان و مغز استخوان دارای سلول‌های مزانشی‌می‌اطراف عروقی که توانایی پاسخ به سیگناال‌های القاء کننده‌ی استخوان سازی را دارند می‌باشند [۶۳]. در نتیجه مطالعات استخوان سازی معمولاً در جوندگان انجام می‌شوند و محصولات مربوط به این کار را معمولاً در حیوانات با طول عمر زیاد مورد آزمایش قرار می‌دهند.

مطالعات جدیدتر نشان می‌دهد که مهره دارانی با طول عمری‌اد دارای سلول‌های تحریک‌پذیر از نظر استخوان سازی در خارج از استخوان‌های اسکلتی خود و همچنین دارای پروتئین‌های القاء کننده‌ی استخوانسازی در ماتریکس خارج سلولی استخوان هستند [۳۱]. مهره داران بزرگتر با طول عمر بی‌شتر نسبت به پروتئین‌نهای القاء کننده‌ی استخوانسازی حساسیت کمتری دارند تا جوندگان. نیلسون گزارش کرد که ۱۰۰ میلی‌گرم از BMP گاوی که تا حدی خالص سازی شده و داخل کپسول ژلاتین قرار گرفته است باعث ترمیم نقیصه‌ی ایجاد شده در استخوان زند زبری‌نی یک سگ شده است، هر چند نتایج مشابهی در استفاده از پروتئین مرفوژنیک انسانی ۷ به میزان  $625 \mu\text{g}$  در همان نقیصه بدست آمده است [۲۱]. دوز مناسب برای عامل استخوانساز نه تنها به محل کاشت و گونه حیوان بلکه به خصوصیات ماده مورد استفاده هم بستگی دارد. در مورد BIA برای استخوانسازی نابجا در موشهای میزان ۱ میلی‌گرم کافی خواهد