

بِسْمِ اللّٰهِ الرَّحْمٰنِ الرَّحِيْمِ

١٤٢٣

دانشگاه علوم پزشکی شیراز

دانشکده دندانپزشکی

پایان نامه

جهت اخذ درجه دکترای تخصصی ترمیمی و زیبایی از دانشکده  
دندانپزشکی دانشگاه علوم پزشکی شیراز

عنوان :

بررسی خارج دهانی استحکام باند برشی کامپوزیت غیر مستقیم و سیمان  
رزینی - اثرات آماده سازی سطح

به راهنمایی استاد ارجمند :

جناب آقای دکتر علی اصغرعلوی

دانشیار، مدیر گروه و سرپرست تخصصی بخش ترمیمی و زیبایی

نگارش :

دکتر فاطمه زاهدی نژاد

شماره پایان نامه : ت ۷۷۶

تابستان ۱۳۸۱

١٤٣٠

بِهِ نَامِ خَدَا

ارزیابی پایان نامه

پیان نامه تخصصی شماره ۷۷۶ در رشتہ ترمیمی و زیبایی با عنوان :

# بررسی خارج دهانی استحکام باند برشی کامپوزیت غیر مستقیم و سیمان رزینی - اثرات آماده سازی سطح

با نگارش دکتر فاطمه زاهدی نژاد در تاریخ  
تائید قرار گرفت.

## نظر استاد محتشم راهنما:

نظر هیئت محترم داوران:

- .....-1  
.....-2  
.....-3  
.....-4  
.....-5  
.....-6  
.....-7  
.....-8  
180.....-9  
.....-10

بسیار از الطیاف پیکر ان  
خدا وند و نیا صفتانه ترین  
بسیار از استاد ارجمند  
آنای دکتر علی اصغر علوی، به  
بسیار همراهی، دقت نظرور حماقی کا  
ترای تنه و تدوین این جمیع  
متغیر شده است.

گفتم به روح بیوک بدن عزیزم  
و گفتم به مادر فد اکارم که  
این ده عشق و محبتی و ایشان است.

لېقىدەم بىلە ھېنىز عزيز وەھىۋاتىم كە  
ئىختىپ دەرىجىش بىر ام ادرىز ئەندىرىن  
بىشىۋانە دەلىكىرىمىي افىت

تندیع به خانواده خدمتمند که  
شیخکاره عیت و هزارهی خود را  
در بیان تقدیم داشت.

تقدیم به اساتید عزیزم در جشن  
نیمه‌یی که می‌گذرد از راهنمایی  
های اولیه آیشان بوده بودم

تقدیم به معاونت بروهائی خوزم  
د شکاه که در صفویه شانی و  
تصویب این طرح تحقیقاتی پیشیار  
پیشیاری نمودند

پتا تشکر و نیلاس فراوان از  
اعضای هژدم کمیته بررسی پیمان  
نامه

## فهرست مطالب

صفحه	عنوان
	فصل اول : مقدمه ۱
۴	فصل دوم : ترمیمهای همنگ دندان در دندانهای خلفی
۵	۲-۱ - مواد مسدود کننده شیارها و فرورفتگی ها (سیلات ها)
۶	۲-۲ - سرامیکها
۶	- پرسلن های هتروژن
۷	- پرسلن های هموژن
۸	۲-۳ - کامپوزیت ها
۱۶	۲-۴ - ترمیم های کامپوزیتی مستقیم
۱۸	۲-۵ - ترمیمهای کامپوزیتی غیر مستقیم
۱۸	- خواص فیزیکی
۱۹	- افزایش مقاومت در برابر ابرزن و اتریشن
۱۹	- کاهش تنش ناشی از انقباض حین پلیمریزاسیون
۱۹	- کنترل دقیق تر انحناها و تماسها
۱۹	۲-۶ - موارد تجویز و عدم تجویز
۲۰	۲-۷ - روشهای ساخت اینله و آنله کامپوزیتی
۲۰	- روش نیمه مستقیم
۲۰	- روش غیر مستقیم
۲۳	فصل سوم : ویژگی های فیزیکی کامپوزیت ها
۲۸	فصل چهارم : درجات متتنوع پلی مریزاسیون
۲۹	۱-۴ - پلی مریزاسیون ثانویه

عنوان	
صفحه	
۳۳	فصل پنجم: آماده ساری سطح
۳۳	۱- ایجاد باند بین دندان و کامپوزیت چسبنده
۳۳	۲- ایجاد باند بین کامپوزیت چسبنده و سرامیک یا کامپوزیت
۳۷	فصل ششم: بازنگری تحقیقات
۵۶	فصل هفتم: مواد و روش تحقیق
۵۶	۷-۱- مواد استفاده شده
۵۹	۷-۲- روش تحقیق
۶۰	- تهیه نمونه ها جهت انجام تست استحکام برشی باند
۶۴	- بررسی نحوه شکست نمونه ها
۶۵	- تهیه نمونه ها جهت بررسی میکروسکوپی با SEM
۶۶	فصل هشتم: نتایج
۶۷	۸-۱- نتایج استحکام برشی باند
۷۱	۸-۲- نتایج بررسی نحوه شکست
۷۲	۸-۳- نتایج بررسی های SEM
۷۴	فصل نهم: بحث و تحلیل نتایج
۷۴	نتایج کلی
۸۳	خلاصه فارسی
۸۵	خلاصه انگلیسی
۸۷	فهرست منابع
۹۳	ضمیمه

فَهُنَّ أَوْلَىٰ

مَعْلُومٍ

## مقدمه

امروزه تعایل مردم به داشتن ترمیم‌های همنگ دندان و زیبا حتی در دندان‌های خلفی، از گذشته بیشتر شده است. با پیشرفت تکنولوژی، مواد متعددی جهت کاربرد در دندان‌های خلفی ساخته شد. این مواد باید یک سری خصوصیاتی داشته باشند از جمله، مقاومت به سایش، مقاومت در برابر تغییر رنگ، استحکام بالا و توان مقاومت در برابر نیروهای جونده.

پرسلن و کامپوزیت در دندان‌های خلفی قابل استفاده هستند. امروزه کامپوزیتهاي خاص ترمیم‌های غیر مستقیم ساخته شده و سعی شده که خواص مکانیکی آنها تا حد زیادی بهبود یابد. پس از حل مشکل نوع ماده، مسئله باند آن به دندان مطرح می‌شود. چرا که شکستن این باند موجب شکست درمان می‌شود. این ترمیم‌ها توسط سیمانهای رزینی به دندان سیمان می‌شوند و در این میان با دو ایترفاز رویرو هستیم. ایترفاز سیمان با دندان و سیمان با ترمیم غیر مستقیم.

با معرفی باندینگ‌های عاجی جدید تا حد زیادی مشکل در ایترفاز سیمان و دندان حل شده است ولی با توجه به پلی مربیزاسیون ثانویه‌ای که روی ترمیم‌ها صورت می‌گیرد، مناطق پلی مربیزه نشده جهت ایجاد اتصال شیمیایی در سطح باند، بسیار کم بوده و یا اصلاً وجود ندارد. پس باید روشی را انتخاب کرد که با ایجاد گیر مکانیکی یا میکرومکانیکی باند مطلوب را ایجاد کند و یا با استفاده از بعضی عوامل جفت کنده.

هم از مزایای گیر مکانیکی و هم شیمیایی بهره مند (Silane Coupling Agent)

شوند.

در این تحقیق سعی شده تا روش‌های مختلف آماده سازی سطح روی دو نوع

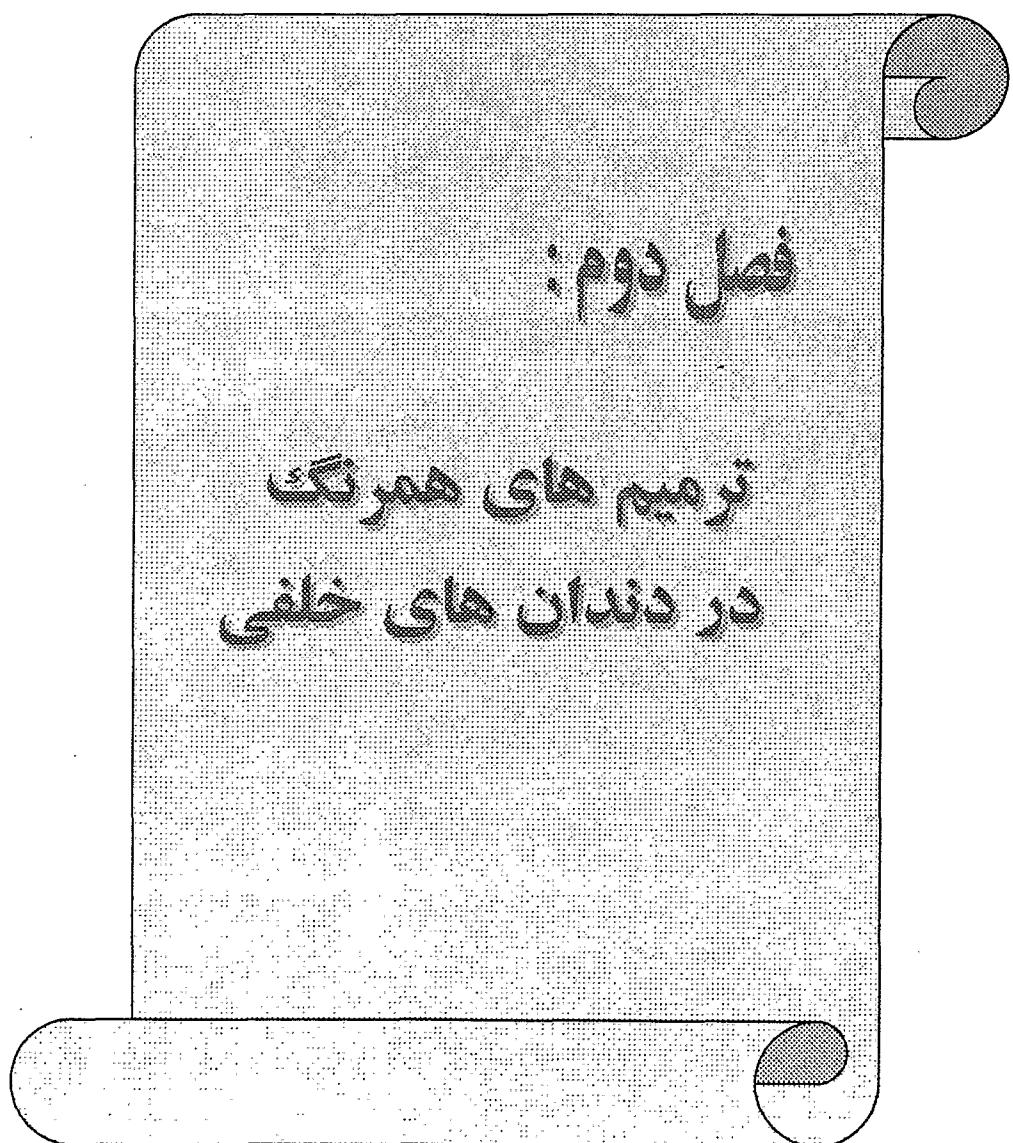
کامپوزیت تارجیس و تریک سرام که به دو روش متفاوت، پلی مریزاسیون ثانویه آنها

صورت گرفته، انجام شود و سپس باند حاصل بین آنها و سیمان رزینی ثبت و مقایسه شود و

نهایتاً بهترین روش آماده سازی سطح انتخاب و پیشنهاد شود.

نسل دوچشم

ترمیم های همراه  
در دندان های خلفی



## ترمیم‌های همنگ دندان در دندان‌های خلفی

در سال‌های اخیر استفاده از کامپوزیت در ترمیم دندان‌های خلفی بطور چشمگیری افزایش یافته است چرا که امروزه بیماران بیشتر خواستار ترمیم دندان‌های خود با مواد همنگ می‌باشند<sup>(۱)</sup>. دندانپزشکی سال‌ها در تلاش بوده تا جایگزین‌هایی زیبا برای آمالگام دندانی و طلا، با هدف ترمیم محافظه کارانه دندان‌های خلفی ایجاد نماید. با ابداع روش اسید اچ، مشتمل بر آماده سازی توام عاج و مینا، انجام ترمیم‌های متصل شونده، امکان‌پذیر شد.

مواد همنگ دندان که در دندان‌های خلفی کاربرد دارند، شامل مواد مسدود‌کننده شیارها، کامپوزیت‌های خلفی که مستقیماً در حفره گذاشته می‌شوند، اینله و انله‌های کامپوزیتی ساخته شده به روش غیر مستقیم و ترمیم‌های سرامیکی غیر مستقیم می‌باشند<sup>(۲)</sup>.

### ۲-۱ - مواد مسدود‌کننده شیارها و فرورفتگی‌ها (سیلان‌ت‌ها)

در سال ۱۹۶۵ روشنی بنام «سیل اکلوزال» جهت سیل شیارها و فرورفتگی‌های سطح اکلوزال معرفی شد. در این روش از مدل ۲-سیانو آکریلات استفاده می‌شد. که با پلی مدل متاکریلات و پودر معدنی مخلوط شده و در شیارها قرار می‌گرفت، ولی سیانو آکریلات در حضور رطوبت پلی‌مریزه می‌شد. از آن زمان سیستم‌های سیلان‌ت شامل رزین Bis-GMA نوری یا معمولی و یا سیلان‌ت پلی اورتان حاوی فلوراید معدنی و مواد

پلی اکریلات است. شیمی انواع Bis-GMA نظیر کامپوزیت می‌باشد و تفاوت اصلی این است که سیلات‌های فوق باید سیالیت بیشتری داشته باشند تا بتوانند در شیارها و نواحی اچ شده مینا، نفوذ کنند. سه قسمت Bis-GMA غلیظ با یک قسمت رقیق کننده مثل متیل متاکریلات مخلوط می‌شود تا سیلات مناسب با ویسکوزیته کم حاصل شود.<sup>۲۰</sup>

## ۲-۲ - سرامیکها:

انواع متعددی از سرامیک‌ها در دندانپزشکی ترمیمی کاربرد دارند که از نظر خواص، ساختمان، روش ساخت و موارد تجویز با هم تفاوت دارند.

**پرسلن‌های هتروژن:** ساختار میکروسکوپی یک پرسلن دندانی قدیمی از دو فاز تشکیل شده، یک ماتریکس شیشه‌ای و ذرات کریستالین.

سرامیکهایی که در گذشته در دندانپزشکی ترمیمی کاربرد داشتند، اساساً پرسلن‌های هتروژن تقویت شده می‌باشند. در مقایسه با پرسلن‌های متصل شونده به فلز قدیمی، این سرامیک‌ها شامل درصد بالاتری از فاز کریستالین هستند و این فاز بطور پیوسته شامل آلمینا و لوسيت (leucite) می‌باشد. این کریستال‌ها دارای ضریب الاستیسیتی بالای هستند.

در سرامیک‌های شیشه، مثل Dicor، فاز کریستالی مثل میکا و دیوپسید (Mica) Ceramization، یا آپاتیت، توسط عمل شیشه در طی اصلاح حرارتی (Diopside) Spinelle ساخته می‌شوند. مواد مخصوص اینله و انله شامل، ماتریکس Sinter شده (

( $MgIO_2$ ) است که ذرات شیشه به داخل آن منتشر شده‌اند. این یک نوع جدید سرامیک دندانی با یک ماتریکس کریستالی که شامل کریستالین‌های خیلی زیاد هستند را مشخص می‌کند. متأسفانه در همه سرامیک‌های پرکریستالین در دسترس، شفافیت کاهش یافته و بیشتر جهت ساخت کوربکار می‌روند و سپس با پرسلان‌های مخصوص کارهای زیبایی پوشانده می‌شوند. بعضی سرامیک‌هارا می‌توان توسط سیستم CAD/CAM طراحی و ساخت به کمک کامپیوترو بوسیله ماشین طراحی کرده و ساخت. این مواد بصورت پیش‌ساخته و هموژن و بدون Pore تهیه می‌شوند و دارای خواص فیزیکی بهتر و توانایی پالیش شدن بیشتر می‌باشند<sup>(4)</sup>.

**پرسلن‌های هموژن :** سرامیک‌های low-fusing یک شیشه خالص هیدروترمال می‌باشند که می‌توان آنها را روی کورسرامیکی قدیمی و معمولی قرار داد. این مواد با ساختار هموژن، روی دندان‌های مقابله با خراب نداشته و دارای توانایی پالیش شدن بسیار عالی در دهان هستند. تا کنون هیچکدام از سیستم‌های معرفی شده جهت ساخت ترمیم‌های سرامیکی از نظر مقاومت مکانیکی داخلی و سهولت مراحل ساخت به حد ایده‌آل نرسیده‌اند. طول عمر کلینیکی این ترمیم‌ها به میزان موثر بودن باند رستورشن به بافت دندانی با استفاده از سیمان‌های چسبنده، بستگی دارد<sup>(5)</sup>. خواص فیزیکی و مکانیکی سرامیکها بیش از کامپوزیتها به میانا نزدیک شده است. این مواد دارای مقاومت عالی نسبت به سایش و ضربه انبساط حرارتی بسیار نزدیک به بافت دندان می‌باشند<sup>(2)</sup>. همانطور که

پیش از این عنوان شد، امروزه سیستم‌های بسیار پیشرفته‌ای جهت ساخت رستوریشن‌های سرامیکی معرفی شدند مثل سیستم‌های CAD/CAM که دستگاه‌های اساساً لابراتواری و بسیار گرانقیمتی است که مرحله قالب‌گیری یا تهیه مدل را غیرضروری می‌سازد. سیستم اولین سیستم تجاری CAD/CAM CEREC در دسترس بود که برای طراحی و ساخت سریع ترمیم‌های سرامیکی در کنار صنعتی ابداع گردید<sup>(۴)</sup>. امروزه سیستم‌های مختلفی همچون GN-I System، Procera، Celay، DentiCAD، Duret به بازار آمده‌اند. برخی از این سیستم‌های جدید قادرند علاوه بر سرامیک‌ها، بلوک‌های کامپوزیت و تایتانیوم خالص را نیز تراش دهند<sup>(۵)</sup>.

### ۲-۳- کامپوزیتها:

کامپوزیت در لغت به معنای مخلوطی فیزیکی از مواد است. نسبت اختلاط هریک از اجزاء به منظور رسیدن به کیفیت متوسطی از خواص و حصول خواصی یینایینی تعیین می‌شود. شکل معمول کامپوزیت‌ها بصورت یک فاز پراکنده از ذرات پر کننده بوده که در داخل فاز پیوسته ماتریکس منتشر می‌شود.

کامپوزیت‌های دندانی یا Resin Based Composites (RBC) یانگام مخلوطی از شیشه سیلیکات با مونومر آکریلی است که واکنش پلی مریزاسیون آن هنگام اختلاط آغاز می‌شود، ذرات سیلیکات موجب تقویت مکانیکی مخلوط می‌شود و در عین حال امکان عبور و پخش نور را فراهم می‌آورد تا شفافیتی شبیه به مینای دندان به توده