

بِسْمِ اللَّهِ الرَّحْمَنِ الرَّحِيمِ

۱۰۳۰۳۳



دانشگاه علوم پزشکی شیراز

دانشکده دندانپزشکی

پایان نامه جهت اخذ درجه دکترای دندانپزشکی

عنوان:

اصول بیومکانیک در پایه های پروتزهای پارسیل انتها آزاد که
توسط پروتز ثابت اسپلینت شده اند

biomechanical principles in distal extension removable
partial denture which has been splinted by fixed prosthesis.

۱۳۸۷ / ۷ / ۲۸

استاد راهنما:

جناب آقای دکتر سیروس زند دانشیار و رئیس بخش

پروتز متحرک دانشکده دندانپزشکی

نگارش:

شهرام زارع

۱ ۵ ۳ ۰ ۳ ۳

مرداد ماه ۱۳۸۱

۱۰۳۰۲۲

بارالها

ما را به بندگانی ملحق کن که در آسمان خاطرشان
جز پرنده یاد تو پرواز نمی کند و در گلستان دلشان
جز گل هوای تو پر باز نمی کنند. به آنان که سر
بندگی جز به پیشگاه تو نمی ساینند و دست محبت جز
به تو نمی سپارند.

(مناجات المریدین از مناجات خمس عشره)

تقدیم به :

**استاد ارجمند جناب آقای دکتر سیروس زند، رئیس بخش و دانشیار
بخش پروتز متحرک دانشکده دندانپزشکی که در فراهم آوردن این
پایان نامه مرا یاری دادند، و از دانش بی پایانشان سرشارم ساختند.**

با سپاس و تشکر فراوان :

از جناب آقای دکتر حسن کلانتری استادیار بخش پروتز ثابت دانشکده
که در رابطه با پروتز ثابت این پایان نامه اینجانب را راهنمایی فرمودند.

تقدیم به هیئت محترم داوران :

که در خط پایان این سفر و در آستانه آغازی دیگر، اندوخته دانشم را به داوری
نشستند و سرافرازم کردند.

تقدیم به :

گرامی استادانم از آغاز تا همیشه

تقدیم به روان پاک مادرم :

به آن تندیس مهر و مصداق فداکاری، به پاس یک عمر ایثارش
تا همیشه دوستش خواهم داشت.

تقدیم به پدرم :

که تلاش یک عمرش، پرورش دهنده نهال وجودم بود،
تا بر آسمان سر برافرازم و در سایه اش سر فرود آورم.

تقدیم به همسر م :

**بخاطر مهربانی، صبر و شکیبایی، گذشت و فداکاری هایش
که در دوران تحصیل با تحمل رنج و مشقت مرا مدیون خویش
ساخت و در کنار او زندگی چه زیباست.**

تقدیم به فرزندان دلبندم :

رضا و ریحانه

عنوان

فصل اول : کلیات

- مقدمه ۱
- هدف ۲
- روش کار ۳
- نیرو ۳
- سیستمهای اهرمی ۴
- استرس ۵

فصل دوم : Splinting

- مقدمه ۷
- انواع نیروهای وارد به دندان - مرکز چرخش ۷
- تطبیق فیزیولوژیک پرئودنشیوم دز برابر نیروهای اکلوزالی ۹
- موپلیتی دندان ۱۰
- ترومای اکلوزالی ۱۲
- درمان لقی دندان ۱۳
- تعریف اسپلینت ۱۵
- انواع اسپلینت ۱۶
- معایب اسپلینت ۱۶
- مزایای اسپلینت ۱۷
- بیومکانیک اسپلینتها
- حرکات اسپلینت در کل ۱۷
- حرکات دندانهای پایه در ارتباط با اسپلینت ۱۸

- پایه های شل ۲۰
- ثبات مکانیکی ۲۱
- اسپلینت با پروتزهای ترکیبی ثابت - متحرک ۲۲
- موقعیتهای ویژه ۲۴
- " بار " اسپلینت ۲۵

فصل سوم : طراحی فریم پروتز و تاثیر اجزای آن بر دندانهای پایه

بخش اول : اجزای مختلف پروتز پارسیل متحرک

- رست ۲۸
- اتصال دهنده اصلی ۳۴
- اتصال دهنده فرعی و پروگزیمال پلینت ۳۴
- نگهدارنده مستقیم ۳۶
- بیس پروتز ۳۸

بخش دوم : طراحی مجموعه کلاسیک در پروتزهای انتها آزاد و مسائل بیومکانیک

- الف : اثر مستقیم رست بر دندان پایه ۴۲
- بحث ۴۶
- حرکات چرخش پروتز - نگهدارنده غیر مستقیم ۴۷
- محل نگهدارنده مستقیم در ارتباط با محور چرخش ۵۰
- محور چرخش موزب ۵۲
- ب : حرکت صفحات راهنما هنگام فانکشن پروتز ۵۳
- تنظیم فیزیولوژیک کستینگ ۵۴
- ج : نگهدارنده مستقیم و ارزیابی طرح های مختلف کلاسیک ۵۵
- خلاصه ۶۳

فصل چهارم : قالب گیری و بهره گیری از ساپورت ریج بی دندانی در ارتباط با

دندانهای پایه

- قالب گیری ۶۵
- ساپورت پروتزهای انتها آزاد ۶۶
- عوامل مؤثر در میزان ساپورت بیس انتها آزاد ۶۷
- مراحل قالب گیری آلتردکست ۷۸

فصل پنجم : اتچمنتها

- مقدمه ۸۱
- انواع اتچمنتها ۸۳
- موارد کاربرد مطلق اتچمنتها ۸۵
- موارد کاربرد نسبی اتچمنتها ۸۵
- موارد عدم کاربرد اتچمنتها ۸۵
- ملاحظات پریدونتال، طرح پروتز و نیروهای اعمالی بر دندانهای پایه ۸۶
- استرس بریکرها ۹۱
- نتیجه ۹۴

فصل ششم : اکلوزن

- مقدمه ۹۵
- اکلوزن دندانهای طبیعی، پروتز پارسیل ثابت و متحرک ۹۶
- انتخاب جنس دندان دنچر ۱۰۲
- نتیجه ۱۰۳

فصل هفتم : گزارش موارد درمانی

- فهرست منابع ۱۱۲

فصل اول

کلیات

مقدمه

تغییراتی که در نسوج نگهدارنده دندانهای مجاور ناحیه بی‌دندانی بدنبال تحلیل ریج بوقوع می‌پیوندد، باعث می‌شود تا تحمل و توان فیزیولوژیک این دندانها در برابر استرسهای اکلوزالی کاهش یابد. بعلاوه، کلیه دندانهایی که بعنوان پایه برای پروتزهای ثابت و متحرک بکار گرفته میشوند، همواره در معرض استرسهای فراتر از حد طبیعی هستند. این موضوع در پروتزهای متحرک انتها آزاد، بصورتی بارزتر جلوه گرمیشود. از قدیم، پروتزپارسیل انتها آزاد بعنوان پله ای بین دندانهای طبیعی بیمار و پروتز کامل در نظر گرفته میشده است. استرس‌ها باعث پدید آمدن واکنش‌های میکروسکوپی و ماکروسکوپی در بافتهای لیگامان پریودنتال و استخوان آلوئول مجاور آن میگرددند. نیروهای اهرمی ناخواسته منجر به تحلیل استخوان و از دست رفتن دندانهای پایه میگرددند.

با توجه به اینکه هدف از درمانهای پروتزی، حفظ و نگهداری نسوج باقیمانده اعم از دندانها و ریج باقیمانده است، باید سعی کنیم تا استرس‌های بوجود آمده، در محدوده تحمل فیزیولوژیک بافتهای نگهدارنده باشند. اگر بتوانیم نیروهای موجود در اینحوی در جهت محور طولی دندانهای پایه هدایت نمائیم، توانسته ایم به این امر مهم دست یابیم و بر طول عمر دندانهای طبیعی و بافتهای تحت پوشش پروتز بیافزائیم.

هدف

در این پروژه قصد داریم بیومکانیک در پایه های پروتزهای پارسیل انتها آزادی را که با استفاده از پروتز ثابت اسپلینت شده اند، مورد بررسی قرار دهیم. در واقع می خواهیم روندهای بیولوژیک وزنده را در ارتباط با قوانین فیزیک و مهندسی مورد ارزیابی قرار دهیم.

پایه های پروتزهای پارسیل انتها آزاد در اغلب موارد وضعیت مطلوبی ندارند و همین مسئله ممکن است پروگنوز درمانهای ارائه شده را تحت تاثیر قرار دهد. در این مجموعه سعی بر آن است تا کلیه متغیرهای موجود جهت طراحی پروتز پارسیل متحرک رابه نحوی تحت کنترل در آوریم تا حداقل بافتهای باقیمانده را حفظ نموده و حتی آنها را به خدمت بگیریم.

متغیرهایی که در صورت طراحی نادرست، هریک ممکن است عاملی مخرب برای بافتهای نگهدارنده شوند را بدین صورت میتوان خلاصه نمود: طرح اجزای مختلف پروتز پارسیل، اکلوزن، قالبگیری و ساپورت ناحیه بی دندانی و اتچمنتها. و هریک از اینها در فصولی جداگانه مورد تحلیل و بررسی قرار می گیرند و بهترین طرح درمان در ارتباط با هریک از آنها پس از بررسی کلیه طرحهای موجود ارائه می شود، قبل از آن بیومکانیک اسپلینتها و بطور کلی چگونگی اسپلینت و تاثیر آن بر موفقیت درمان در فصلی جداگانه مطرح خواهد شد.

در پروتزهای انتها آزاد، میزان استرین و بار اضافی بر روی دندانهای پایه را میتوان با استفاده از بیس فانکشنال، حداکثر پوشش انساج، اکلوزن صحیح و انتخاب نگهدارنده مناسب به حداقل رسانید. آموزش بیمار از اهمیت ویژه ای برخوردار است. پروتز پارسیل متحرکی که بدقت طراحی و ساخته شده باشد، در صورتیکه بیمار بهداشت را رعایت ننماید و یا در جلسات معاینه مجدد حاضر نشود، اغلب با عدم موفقیت روبرو خواهد شد.

انگیزه

آنچه باعث شد تا این موضوع را عنوان پایان نامه خود قرار دهم، سوالاتی بود که همواره در مرحله ارائه طرح درمان برای بیماران پروتزپارسیل متحرک بویژه انتها آزاد برایم بوجود آمد. چه طرحی از طرحهای کلاسیک از بقیه بهتر است؟ کدامیک از آنها دارای کمترین اثر تخریبی بر روی دندانها و نسوج نگهدارنده می باشد؟ اگر دندانانی از نقطه نظر بافتهای نگهدارنده وضعیت مناسبی نداشت، چگونه می توانیم باز هم آن را حفظ کنیم؟ اسپلینت کردن دندانهای پایه تا چه اندازه در پروگنوز آنها تاثیر می گذارد؟

مهم تر اینکه چه موقع تصمیم به اسپلینت کردن دندانها می گیریم؟ آیا میتوان مرزی مشخص برای این منظور تعیین کرد؟

روش کار

در این تحقیق اساس و بنیان، بر کتب و مقالات موجود نهاده شده است و سعی می گردد تا کلیه مطالب و منابع موجود در این زمینه مورد تحلیل و بررسی قرار گیرند. در کنار گردآوری مطالب، چند بیمار نیز تحت درمان قرار می گیرند که نتایج حاصل در فصل پایانی ارائه می گردد.

نیرو

تجزیه و تحلیل و بررسی نیروهایی که به بافتهای نگهدارنده پروتزپارسیل متحرک وارد می آیند، چگونه این نیروها تحت تاثیر اصول مهندسی مکانیک قرار می گیرند. چه تاثیری می توانند بردندان پایه و ریج بی دندان داشته باشند، مطالبی هستند که می توانند ما را در درک اصول حاکم طراحی پروتزیاری نمایند.

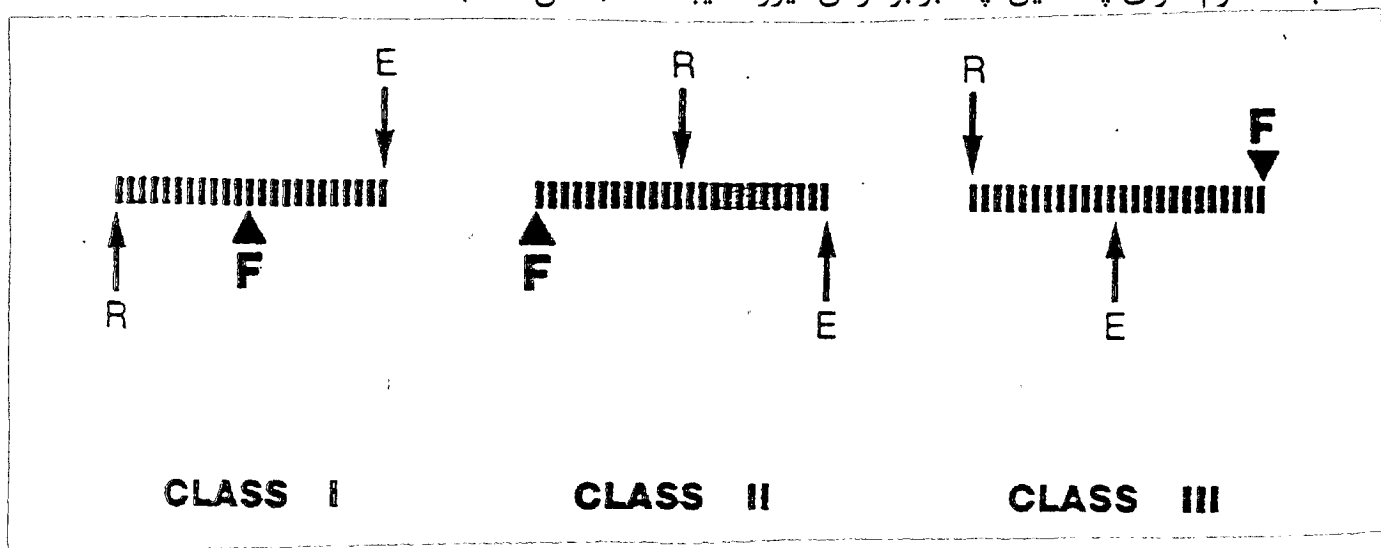
هر نیرو با مولفه های جهت، تناوب و شدت مشخص می شود. شدت نیروهای وارد به بافتهای نگهدارنده میتواند تعیین کننده موفقیت یا شکست پروتز باشد در صورتیکه نیروهای وارد به دندان

پایه و ریج بی دندانی در حد تحمل فیزیولوژیک این انساج باشند، نتیجه یک پروتز موفقیت آمیز خواهد بود.

سیستمهای اهرمی

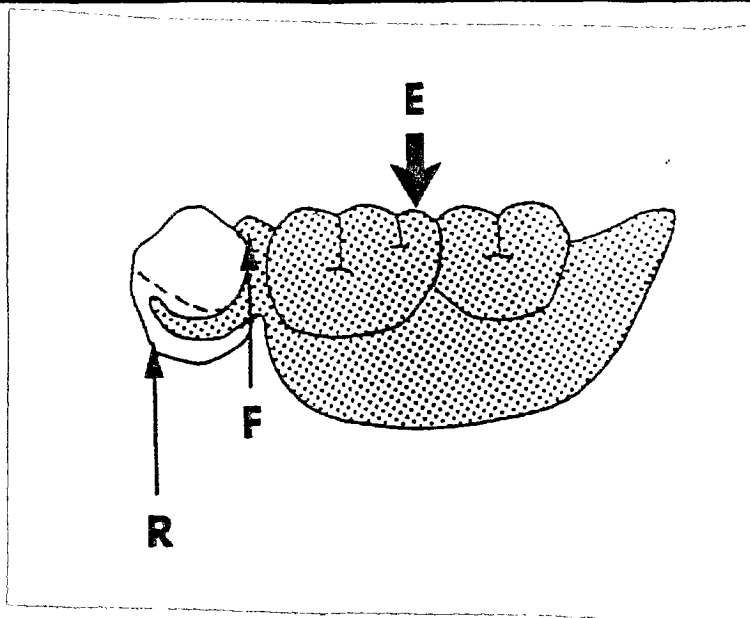
از آنجاکه در این مجموعه به اهرمها و انواع آن بسیار اشاره شده است. لازم است مختصری در این باره توضیح داده شود.

اهرم ماشین ساده ای است متشکل از تیرکی که در فاصله یکی از دو انتهایش دارای تکیه گاهی باشد. اهرم دارای پتانسیل چند برابر کردن نیروها می باشد. (شکل ۱-۱)



شکل ۱-۱: سیستمهای اهرمی

بر اساس محل تکیه گاه در طول یک اهرم، اهرمها را می توان به سه نوع کلاس I، کلاس II و کلاس III تقسیم بندی نمود. پروتزانتها ازادی که از رست دیستال و اندرکات میزوباکال بهره می بردارمی توان اهرمی کلاس I بحساب آورد (شکل ۱-۲). اهرم کلاس I قادر است نیروها را بر اساس فرمول بهره مکانیکی، چند برابر نماید.



شکل ۱-۲

بازوی محرک (موثر)

عبارتست از فاصله نقطه ای که نیرو وارد میشود تا تکیه گاه بازوی مقاوم عبارتست از فاصله تکیه گاه تا نیروی مقاوم. هرچه طول بازوی محرک بواسطه از دست رفتن دندانهای طبیعی بیشتر افزایش یابد، فشار بیشتری به بافتهای نگهدارنده وارد می آید. زیرا از یک طرف خاصیت اهرمی افزایش می یابد و از طرف دیگر مجموع سطحی که نیروهای اکلوزالی بدان وارد می آید، کاهش می یابد (افزایش نیرو در واحد سطح).

استرس (stress)

استرس عبارتست از پاسخ درونی اجسام به نیروهای وارد بر آنها. تعداد استرس از طریق تقسیم نیرو بر اندازه سطحی که نیرو به آن وارد می شود، بدست می آید. سه نوع استرس در اجسام قابل بررسی است: کششی (tensile)، فشاری (compressive)، برشی (shear)

کشش عبارت است از مقاومت درونی در برابر نیروهایی که قصد دارند جسمی را بدو نیم کنند. فشار: عبارتست از مقاومت درونی در برابر نیروهایی که قصد دارند جسمی را کوچکتر از اندازه خود نمایند.

برش:

عبارتست از مقاومت درونی در برابر نیروهایی که قصد دارند بخشی از جسم را روی بقیه آن سردهند.

در پاسخ به استرس‌های مذکور، تغییر شکل در جسم پدید می‌آید، که تحت عنوان استرین (strain) تعریف می‌شود. استرین حاصل تقسیم میزان تغییر طول جسم بر طول اولیه آن می‌باشد.

برای کشش و فشار، استرین به ترتیب بصورت طویل شدن و کوتاه شدن مطرح می‌شود. برای استرس‌های برش، استرین بصورت اندازه تغییر زاویه بخشی از جسم در مقایسه با کل آن در نظر گرفته می‌شود.

فصل دوم

Splinting

مقدمه

هنگامیکه دندانها اسپلینت می شوند، عکس العمل آنها ونحوه حرکتشان در برابر نیروها تغییر می کند. از این رو قبل از اینکه وارد بحث بیومکانیک اسپلینتها شویم، لازم است مختصری در رابطه بانبروهای وارده به دندان طبیعی ونحوه واکنش دندان در برابر نیروها توضیح داده شود.

در دو صورت اقدام به اسپلینت کردن می نمائیم: یابافتهای نگهدارنده دندان کاهش یافته اند و مقادیر موجود قادر به تحمل نیروهای فیزیولوژیک نمی باشند و یابافتهای نگهدارنده در حد طبیعی هستند ولی پیش بینی میشود نیروهای وارده به دندان از مرز فیزیولوژیک فراتر خواهند رفت و دندان قادر به تحمل و دوام در برابر این نیروها نخواهد بود. با اسپلینت کردن دندان ها نیروهای وارده در سطحی وسیعتر پخش می شوند و اندازه نیرو در واحد سطح کاهش می یابد.

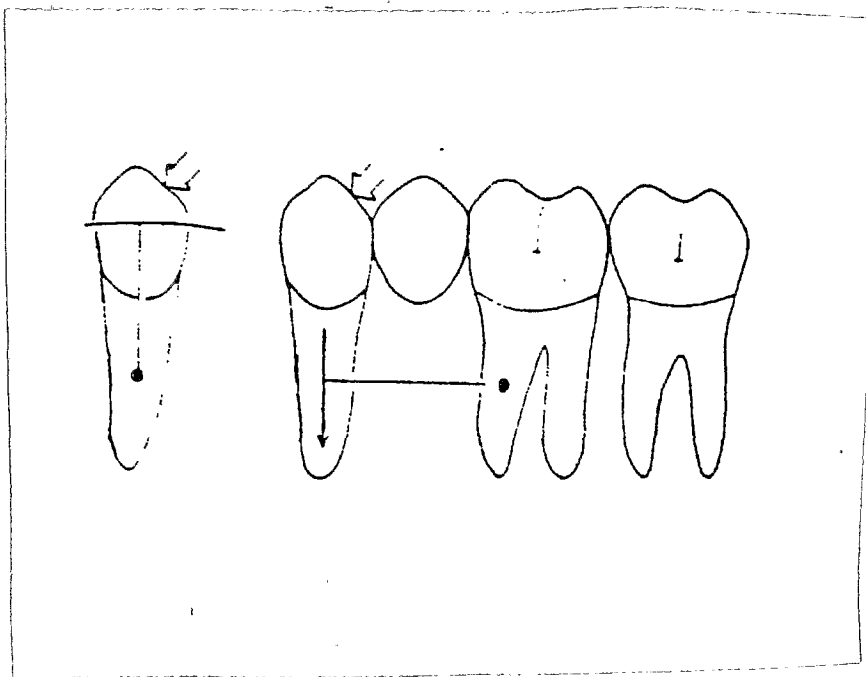
پروتز پارسیل دارای طراحی مناسب می تواند نقش اسپلینت را هم بازی کند. لیکن در برخی موارد لازم است از اسپلینتهای ثابت و متحرک بطور همزمان بهره ببریم که در این فصل بدانها اشاره خواهد شد.

انواع نیروهای وارده به دندان - مرکز چرخش

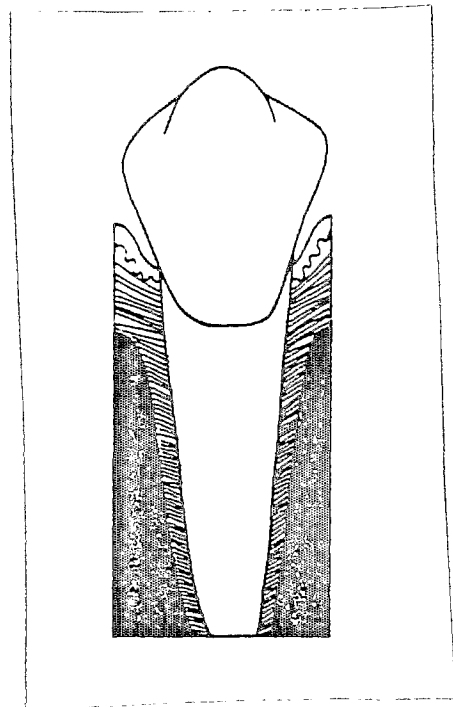
دندانی که بوسیله پر یودنشیوم در بر گرفته شده است، میتواند در جهات افقی و عمودی مختصری حرکت نماید. هنگامیکه دندان در معرض نیروهای عمودی (در جهت محور طولی دندان) قرار می گیرد، در جهت محور طولی خود در ساکت آلوئول فرو می رود. در این حالت، اکثر فیبرهای لیگامان پر یودنتال (تقریباً ۴/۵ آنها) تحت نیروی کششی قرار می گیرند. زیرا اکثر فیبرهای مذکور بصورت مورب قرار گرفته اند بطوریکه انتهای دندانی آنها اپیکالی تر نسبت به انتهای استخوانیشان قرار دارد. (۱۶ و ۱۴)

از آنجاکه استخوان آلوئول به نیروهای کششی بسیار خوب پاسخ می دهد، میتواند گفت نیروهایی که در جهت محور طولی دندان وارد می آید، دارای بهترین جهت می باشند.

نوع دیگر نیروها، مورب می باشند. مولفه افقی چنین نیروهایی باعث خم شدن دندان در حفره آلوئول میگردد. میزان حرکت دندان در جهت افقی بستگی به ارتفاع استخوان آلوئول، ضخامت لیگامان پریودنتال و شکل و تعداد ریشه های آن دندان دارد. مرکز چرخش دندان در نقطه ای حدفاصل اپکس تا وسط ریشه دندان قرار داد (۱-۲) و بیشتر نزدیک به وسط ریشه است تا اپکس. در دندانهای چندریشه ای، مرکز چرخش در نقطه ای در استخوان آلوئول بین ریشه های دندان قرار گرفته است. این مرکز چرخش، تکیه گاه (fulcrum) خوانده می شود. تحت چنین شرایطی، برخی نواحی لیگامان پریودنتال تحت فشار و نواحی دیگر تحت کشش قرار دارند. (شکل ۱۴) (۲-۲)



شکل ۲-۲: محور چرخش در دندان تک ریشه ای در مقایسه با بریج



شکل ۲-۱