

# ORIGINAL ARTICLE

## ***Shear Bond Strength of Metallic and Ceramic Brackets Bonded with Two-step and Three-step Light Cure Adhesives***

Sepide Dadgar<sup>1</sup>,  
Mehran Armin<sup>1</sup>,  
Parastoo Namdar<sup>1</sup>,  
Jamshid Yazdani Charati<sup>2</sup>,  
Zohre Koohi<sup>3</sup>

<sup>1</sup> Assistant Professor, Department of Orthodontics, Faculty of Dentistry, Mazandaran University of Medical Sciences, Sari, Iran

<sup>2</sup> Associate Professor, Department of Biostatistics, Faculty of Health, Mazandaran University of Medical Sciences, Sari, Iran

<sup>3</sup> Dental Surgeon, Faculty of Dentistry, Mazandaran University of Medical Sciences, Sari, Iran

(Received November 16, 2019 ; Accepted February 18, 2020)

### **Abstract**

**Background and purpose:** The bonding process is highly important in orthodontic treatment for its fast speed. The purpose of this study was to compare the shear bond strength of ceramic and metallic brackets between three stage (transbond™ XT) and two stage (GC ortho connect™) light cure composites.

**Materials and methods:** In this experimental study, 80 maxillary and mandibular first and second premolar teeth, extracted for the purpose of orthodontic treatment, were randomly divided into four groups ( $n=20$  per group). All teeth were etched using 35% phosphoric acid. They were then bonded with metallic brackets with GC ortho connect™ composite (group I), and Transbond™ XT composite (group II), and ceramic brackets with GC ortho connect™ composite (group III) and Transbond™ XT composite (group IV). The shear bond strength of the brackets was measured by universal testing machine 24 hours after thermocycling and mounting procedures. The amount of resin remained on the tooth surface was determined by stereomicroscope. Data were analyzed by SPSS V22 applying Kruskal-Wallis one-way analysis of variance.

**Results:** The average shear bond strength in groups I, II, III, and IV were  $18.71 \pm 1.99$ ,  $19.82 \pm 8.75$ ,  $18.4 \pm 5.78$ , and  $18.5 \pm 52.42$  MPa, indicating no significant differences between the groups studied ( $P > 0.05$ ). Also, we found no significant differences in adhesive remnant index (ARI) between all groups ( $P = 0.641$ ).

**Conclusion:** The shear bond strength of GC ortho connect™ composite was similar to that of the Transbond™ XT composite in both metallic and ceramic brackets. Therefore, GC ortho connect™ can serve as a substitute for Transbond™ XT.

**Keywords:** shear bond strength, metallic bracket, ceramic bracket, orthodontic bonding

**J Mazandaran Univ Med Sci 2019; 30 (183): 53-61 (Persian).**

\* Corresponding Author: Zohre Koohi - Faculty of Dentistry, Mazandaran University of Medical Sciences, Sari, Iran  
(E-mail: zohre.koohi70@gmail.com)

## مقایسه استحکام باند برشی برآکت های فلزی و سرامیکی با دو نوع ادهزیو نوری سه مرحله‌ای و دو مرحله‌ای

سپیده دادگر<sup>۱</sup>

مهران آرمین<sup>۱</sup>

پرستو نامدار<sup>۱</sup>

جمشید یزدانی چراتی<sup>۲</sup>

زهره کوهی<sup>۳</sup>

### چکیده

**سابقه و هدف:** پرسه‌ی باندینگ و افزایش سرعت آن در درمان ارتودنسی از اهمیت زیادی برخوردار است. هدف از این مطالعه، مقایسه استحکام باند برشی برآکت‌های فلزی و سرامیکی با دو نوع کامپوزیت نوری سه مرحله‌ای ترانس باند (Transbond XT) و دو مرحله‌ای (GC orthoconnect) می‌باشد.

**مواد و روش‌ها:** در این مطالعه آزمایشگاهی ۸۰ دندان پرمولر اول و دوم ماگزیلا و مندیبل که به هدف درمان ارتودنسی کشیده شدند، به صورت تصادفی به ۴ گروه مساوی تقسیم شدند. تمامی دندان‌ها با ژل اسید فسفریک ۳۵ درصد اچ شدند. سپس در گروه اول برآکت‌های فلزی با کامپوزیت GC در گروه دوم برآکت فلزی با کامپوزیت ترانس باند، در گروه سوم برآکت سرامیکی با کامپوزیت GC و در گروه چهارم برآکت سرامیکی با کامپوزیت ترانس باند، باند شدند. ۲۴ ساعت پس از ترموسایکلینگ و فرآیند مانت، استحکام باند برشی برآکت‌ها با دستگاه universal testing machine اندازه‌گیری شد. میزان رزین باقیمانده در سطح دندان توسط استریومیکروسکوپ ارزیابی گردید. سپس داده‌ها توسط نرم‌افزار SPSS22 و تست‌های آماری واریانس و kruskal-Wallis مورد تجزیه و تحلیل قرار گرفت.

**یافته‌ها:** میانگین استحکام باند برشی (بر حسب mpa) در گروه اول ( $18/71 \pm 1/99$ )، در گروه دوم ( $19/82 \pm 8/75$ )، در گروه سوم ( $18/45 \pm 5/78$ ) و در گروه چهارم ( $18/52 \pm 5/42$ ) بود. استحکام باند برشی گروه‌ها اختلاف معنی‌داری نداشت ( $P=0/05$ ). اختلاف میزان ایندکس اثر چسبندگی گروه‌ها نیز معنی‌دار نبود ( $P=0/641$ ).

**استنتاج:** در این مطالعه میزان استحکام باند برشی GC با استفاده از هر دو نوع برآکت فلزی و سرامیکی مشابه با کامپوزیت ترانس باند بود. در نتیجه استفاده از GC orthoconnect می‌تواند جایگزینی برای استفاده از (TBXT) Transbond XT باشد.

**واژه‌های کلیدی:** استحکام باند برشی، برآکت فلزی، برآکت سرامیکی، باندینگ ارتودنسی

### مقدمه

ادهzyo دندانی جهت انجام باندینگ ارتودنسی معرفی شدن و ابداع روش اسید اچ به تغییرات ژرفی در ارتودنسی منجر گردید(۱). در اوآخر دهه ۱۹۵۰ سیستم‌های

یکی از فاکتورهای ضروری در درمان‌های متداول ارتودنسی ایجاد باند مناسب بین اتجمنت ارتودنسی و مینای دندان می‌باشد(۲). در اوآخر دهه ۱۹۵۰ سیستم‌های

E-mail: zohre.koohi70@gmail.com

مؤلف مسئول: زهره کوهی - ساری: دانشگاه علوم پزشکی مازندران، دانشکده دندانپزشکی

۱. استادیار، بخش ارتودنسیکس، دانشکده دندانپزشکی، دانشگاه علوم پزشکی مازندران، ساری، ایران

۲. دانشیار، آمار زیستی، دانشکده بهداشت، دانشگاه علوم پزشکی مازندران، ساری، ایران

۳. دندانپزشک، دانشکده دندانپزشکی، دانشگاه علوم پزشکی مازندران، ساری، ایران

تاریخ دریافت: ۱۳۹۸/۸/۷۵ تاریخ ارجاع چهت اصلاحات: ۱۳۹۸/۸/۲۷

تاریخ تصویب: ۱۳۹۸/۱۱/۲۹

برشی مطلوب برآکت ارتودنسی باید به اندازه‌ای باشد که بتواند در برابر نیروها در طول دوره درمان مقاومت کند و در عین حال در پایان درمان بدون آسیب به مینا این باند شکسته شود(۱۲). از نظر عملی استحکام باند مطلوب به مینای دندان، ۱۸ تا ۲۴ مگاپاسکال می‌باشد(۱۳).

ترموسايكلينگ روشی آزمایشگاهی است که در آن رزین چسبنده و دندان در معرض سیکل‌های حرارتی، جهت شیوه‌سازی حفره دهان قرار می‌گیرند و به علت تفاوت در ضریب انبساط حرارتی بین برآکت، ماده چسبنده و دندان، استرس‌های انقباضی/انبساطی تکرار می‌شوند. این استرس‌ها ممکن است بر رزین چسبنده و برآکت تأثیر گذاشته و باعث شکست باند شوند(۱). سازمان بین‌المللی استاندارد (ISO) طی استاندارد TR 11450 در سال ۱۹۹۴ تعیین کرد که یک مرحله ترموسایکلينگ مناسب شامل ۵۰۰ سیکل در بین آب ۵ و ۵۵ درجه سانتی گراد خواهد بود(۱۴).

ایندکس اثر چسبنده‌گی Adhesive Remnant Index (ARI) یا رتبه‌بندی ARI، شاخصی است که میزان کامپوزیت باقی‌مانده روی دندان‌ها را مشخص می‌کند. در اکثر مطالعات از این شیوه استفاده شده است(۱۵). این رتبه‌بندی در صورتی که دندان‌ها زیر میکروسکوپ مشاهده شوند به شکل زیر ارائه می‌شود:

- رتبه ۱: همه کامپوزیت روی دندان باقی بماند.
- رتبه ۲: بیشتر از ۹۰ درصد کامپوزیت روی دندان باقی بماند.
- رتبه ۳: بیشتر از ۱۰ درصد و کم تر از ۹۰ درصد کامپوزیت روی دندان باقی بماند.
- رتبه ۴: کم تر از ۱۰ درصد کامپوزیت روی دندان باقی بماند.
- رتبه ۵: هیچ کامپوزیتی روی دندان باقی نماند(۱۶).

باقی ماندن کامپوزیت کم تر بر روی دندان، ارجح است زیرا بعد از دباند زمان کم تری صرف برداشت اضافات کامپوزیت می‌شود و مینا آسیب کم‌تری می‌بیند.

امروزه کامپوزیت‌های ارتودنسی در انواعی شامل دو خمیری، خمیر مایع و نوری در بازار موجود هستند که نشان‌دهنده تنوع فوق العاده این مواد می‌باشد(۳). در سال‌های اخیر، جهت افزایش سرعت پروسه باندینگ و کاهش آلدگی حین کار، کامپوزیت‌های متعددی وارد بازار شده‌اند. یک کامپوزیت جدید به نام GC orthoconnect (شرکت GC - Japan) از استفاده از اسید فسفریک برای اچ مینا، بدون استفاده از ماده باندینگ مستقیماً به دندان باند می‌شود. سیستم معمول باندینگ از سه ماده مختلف جهت باند برآکت‌های ارتودنسی به مینا استفاده می‌کند: ۱. کاندیشنر مینا، ۲. محلول ادھریو، ۳. کامپوزیت(۱). اسید فسفریک ۳۰ تا ۴۰ درصد بهترین نگهدارنده الگوی اچینگ می‌باشد، به همین جهت در این مطالعه از اسید ۳۵ درصد استفاده شده است(۱). کامپوزیت GC با حذف مرحله پرایمر (محلول باندینگ) مراحل کار را به دو مرحله کاهش می‌دهد(۴) که دارای مزایایی می‌باشد. کاهش مراحل کاری، زمان را برای کلینیسین ذخیره می‌کند(۵) و زمان نشستن بیمار روی صندلی کاهش می‌یابد و درنتیجه تحمل بیمار افزایش می‌یابد(۶). در ضمن باعث آزادسازی فلوراید در نزدیکی برآکت‌ها و کاهش پوسیدگی می‌شود، زیرا ۹۷ درصد از افرادی که تحت درمان ارتودنسی قرار می‌گیرند دچار کاهش تغییر WSLs (white spot lesions) می‌شوند(۷). کاهش تغییر رنگ ناشی از باندینگ ارتودنسی، ناشی از نفوذ غیرقابل برگشت تگ‌های رزینی به درون ساختار مینا می‌باشد(۸). به رشد بافت نرم در حفره دهان هیپرپلازی گفته می‌شود که از لحاظ اتیلوژی چند فاکتور دارد، اما بسیاری از پارامترها از جمله بهداشت دهانی ضعیف و بیماری‌های پریودنتال به آن مرتبط می‌باشند(۹). همچنین ثبات درمان ارتودنسی یک نگرانی کلینیکی اصلی می‌باشد، زیرا که در بسیاری از موارد (به خصوص دندان‌های قدامی متدیل) بعد از مرتب شدن، ریلاپس مشاهده می‌شود(۱۰). استحکام باند طی یک چرخه اعمال فشار تا زمان شکست باند، اندازه گیری می‌شود(۱۱). استحکام باند

## مواد و روش‌ها

ترانس باند در بیس برآکت قرار داده شده و طبق اصول مذکور در گروه A به دندان باند شد.

:GC ortho connect and Ceramic Bracket: گروه C  
مطابق گروه اول دندان‌ها با برآکت سرامیکی Clarity شرکت 3M (باند شدند).

:Transbond XT and Ceramic Bracket: D  
مطابق گروه دوم دندان‌ها با برآکت سرامیکی Clarity شرکت 3M (باند شدند).

تمام دندان‌ها پس از باند برآکت و برداشتن اضافات کامپوزیت، با استفاده از دستگاه لایت کیور ۱۰۰۰ mw/cm<sup>2</sup> LED (Woodpecker) که توسط رادیو متر تأیید شده بود، به مدت ۱۰ ثانیه از سمت دیستال و ۱۰ ثانیه از سمت مزیال (جمعاً به مدت ۲۰ ثانیه) کیور شدند(۱۸).

پس از آن نمونه‌ها در دانشگاه علوم پزشکی تهران (مرکز تحقیقات دندانپزشکی) توسط دستگاه ترموسایکل C\_300 (vafaei) در حمام آب با درجه حرارت ۵۵±۲ و ۵۵±۲ سانتی گراد بر اساس استاندارد TR 11450 به میزان ۵۰۰ دور ترموسایکل شدند (هر سیکل شامل ۳۰ ثانیه حمام آب گرم ۲۰ ثانیه اینترووال ۳۰ ثانیه حمام آب سرد)(۱۹).

قبل از اندازه گیری استحکام باند پرشی، نمونه‌ها جهت قرار گیری مناسب در دستگاه مانت شدند. به این صورت که یک سیم چهار گوش ۲۵ mm (Ortho-Technology\_USA) در شیار برآکت قرار گرفت و سیم توسط اورینگ (Ortho Technology\_USA\_Florida) بر روی برآکت‌های باند شده به دندان ثابت گردید. جهت ثابت کردن و تنظیم برآکت‌ها به نحوی که سطح آن‌ها کاملاً عمود بر سطح افق قرار گیرد، قالب‌های فلزی به شکل مکعب مستطیل به ابعاد سطح مقطع ۲x۲ سانتی متر و ارتفاع ۳ سانتی متر تهیه شد که در آن شیاری برای قرار گیری سیم تعییه شد(۱۹). یک هفته بعد از

۸۰ دندان پرمولر انسانی که برای اهداف ارتودنسی کشیده شده بودند جمع‌آوری شدند، سطح مینای باکال دندان‌ها بدون پوسیدگی، ترمیم و یا ترک مشخص بود و درمان سفید کردن دندان (بلیچینگ) قبلاً روی آن‌ها صورت نگرفته بود(۶). دندان‌ها تا زمان انجام آزمایش در محلول نرمال سالین قرار داده شدند(۱۷). در دانشکده دندانپزشکی ساری سطح مینای باکال تمام دندان‌ها قبل از باندینگ به مدت ۱۰ ثانیه با محلولی از آب و پامیس بدون فلوراید با استفاده از هندپیس low speed تمیز شدند و سپس جهت حذف پامیس یا دبری‌ها با اسپری آب شسته و با فشار هوا بدون روغن خشک شدند(۱۸). نمونه‌ها به طور تصادفی به ۴ گروه ۲۰ تایی تقسیم و برآکت‌ها طبق اصول زیر روی سطح باکال دندان‌ها باند شدند.

ژل اسید فسفریک ۳۵ درصد (ultra etch) با استفاده از میکرو براش، ۳۰ ثانیه روی مینای باکال قرار داده شد، سپس با مقدار کافی آب شسته و با پوآر هوا خشک شد تا نمای سفید یخ‌زده (frosty white) ایجاد شود(۱۸). ادامه کار در ۴ گروه به شکل متفاوت انجام شد:

:GC ortho connect and Metallic Bracket: A  
پس از پروسه اچینگ، کامپوزیت GC روی سطح برآکت فلزی (standard\_022\_American orthodontics) قرار گرفت و برآکت عمود بر محور طولی دندان در مرکز سطح باکال دندان، به گونه‌ای که مرکز برآکت در ۴ mm رأس نوک کاسپ قرار بگیرد، باند گردید(۱۹) و سپس اضافات کامپوزیت به دقت با استفاده از سوند از مارجین برآکت به منظور حذف افزایش جزئی سطح بیس، برداشته شد(۱۸).

:Transbond XT and Metallic Bracket: B  
پس از اج کردن با ژل اولترادنت، یک لایه نازک از باندینگ موجود در کیت TBXT (primer) به موسیله یک میکروبراش دیگر روی سطح مینای اچ شده apply شد و سپس به مدت ۵ ثانیه کیور شد(۱۸). کامپوزیت

## استحکام باند برشی

جدول شماره ۱: مقایسه SBS بین گروه‌ها با آنالیز variance ( $P < 0.05$ )

گروه‌های مورد مطالعه	تعداد	میانگین	انحراف معیار	حد پایین	حد بالا	ضریب اطمینان درصد ۹۵
A	۲۰	۱۸/۷۱	۱/۹۹	۱۷/۷۱	۲۱/۷۸	۱۶/۴
B	۲۰	۱۹/۸۲	۰/۷۵	۲۲/۷۹	۲۲/۷۹	۱۷/۱۵
C	۱۹	۱۸/۴	۰/۷۸	۲۱/۱۴	۲۱/۱۴	۱۵/۶۶
D	۲۰	۱۸/۵۲	۰/۴۲	۲۱/۱۹	۲۱/۱۹	۱۵/۸۵

$P = 0.077$

A = GC ortho connect and metallic Bracket

B = Transbond and Metallic Bracket

C = GC ortho connect and Ceramic Bracket

D = Transbond and Ceramic Bracket

## ایندکس انر چسبندگی

جدول شماره ۲: مقایسه ARI بین گروه‌ها بر اساس

Kruskal\_Wallis Test

گروه‌های مورد مطالعه	تعداد	میانه
A	۲۰	۴
B	۲۰	۴
C	۱۹	۴
D	۲۰	۴

$P = 0.641$

جدول شماره ۳: توزیع فراوانی شاخص میزان کامپوزیت باقیمانده در سطح دندان بر حسب درصد در گروه‌های مختلف

گروه	روی	Score 1	Score 2	Score 3	Score 4	Score 5	تعداد (درصد)					
A	-	-	(۵/۱)۱	(۳۰/۶)۱۱	(۵۷/۸۸)۱۱	(۱۰/۱)۲	(۲۵/۵)۱۲	(۵/۱)۱	(۱۰-۹)۰	(۲۵/۵)۱۲	(۵/۱)۱	(۰-۱)۰
B	-	-	(۵/۱)۱	(۱۵/۳)۱	(۳۱/۵۷)۶	-	(۵/۱)۱	(۱۵/۳)۱	(۰-۹)۰	(۵/۱)۱	(۰-۱)۰	(۵/۱)۱
C	-	-	(۵/۱)۱	(۵/۱)۱	(۵/۱)۱	-	(۵/۱)۱	(۵/۱)۱	(۰-۹)۰	(۵/۱)۱	(۰-۱)۰	(۵/۱)۱
D	-	-	(۰-۱)۰	-	-	-	(۰-۱)۰	-	(۰-۹)۰	-	-	(۰-۱)۰

## بحث

باند مستقیم برآکت‌های ارتودنسی مهارت کلینیکال ارتودنسیست‌ها را به طور قابل توجهی افزایش داد، اما نیاز است که روش‌های باندینگ با ذخیره زمان و هزینه بهبود بخشیده شود. اگرچه اثبات شده که سیستم‌های باندینگ اخیر قابل اعتماد هستند، اما هنوز کم کردن حساسیت تکنیکی و کاهش زمان کار با کاهش تعداد مراحل پروسه باندینگ برای بهبود ضروری است (۲۰). از لحاظ تئوری بهترین روش برای ارزیابی کارایی سیستم

باندینگ (۲۰)، ۲۴ ساعت بعد از ترموسایکلینگ جهت اندازه‌گیری نمونه‌ها در jig متصل به دستگاه Zwick/Roell\_ZO20\_Germany) قرار گرفته و نیرو توسط blade، با سرعت  $5\text{mm/min}$  به سطح بین براکت و دندان وارد شد و تا جدا شدن براکت نیرو افزایش یافت. بیشترین نیرویی که براکت را از سطح دندان جدا نمود، ثبت شد. نیرو بر حسب نیوتون اندازه‌گیری شد و با تقسیم آن بر سطح مقطع براکت استحکام باند برشی تعیین شد (۱۹). میانگین سطح مقطع براکت‌های فلزی  $12\text{mm}^2$  و میانگین سطح مقطع براکت‌های سرامیکی  $12/2\text{ mm}^2$  تعیین شد (۲۰).

$$\text{SBS} = \frac{\text{F(N)}}{\text{A} (\text{mm}^2)} \quad (\text{mpa})$$

فرمول استحکام باند برشی

- سطح همه دندان‌ها برای تعیین ARI توسط استریومیکروسکوپ (Axiom\_Germany\_Burstadt) و با بزرگنمایی  $10\times$  در دانشکده بهداشت ساری (آزمایشگاه حشره‌شناسی) مشاهده شد و میزان کامپوزیت باقی‌مانده روی دندان بر اساس رتبه‌بندی زیر اعلام گردید:
- رتبه ۱: همه کامپوزیت روی دندان باقی بماند.
  - رتبه ۲: بیشتر از  $90\%$  درصد کامپوزیت روی دندان باقی بماند.
  - رتبه ۳: بیشتر از  $10\%$  درصد و کمتر از  $90\%$  درصد کامپوزیت روی دندان باقی بماند.
  - رتبه ۴: کمتر از  $10\%$  درصد کامپوزیت روی دندان باقی بماند.
  - رتبه ۵: هیچ کامپوزیتی روی دندان باقی نماند (۱۶).

## یافته‌ها

پس از جمع‌آوری  $80$  دندان پرمولر انسانی و تقسیم آن‌ها به  $4$  گروه مساوی، برآکت‌های فلزی و سرامیکی با دو نوع کامپوزیت سه مرحله‌ای و دو مرحله‌ای به دندان باند شدند و نتایج زیر حاصل شد:

بود و میزان کامپوزیت بیشتری روی سطح دندان باقیمانده بود.

اما در مطالعه انصاری نتایج متفاوت از سایر مقالات بود. میانگین SBS بین گروههای، با اینکه شرایط اجرایی با مطالعه فعلی بسیار مشابه بود از ۱۷/۵ تا ۲۷/۶ متغیر بود. درنتیجه این مقاله می تواند گواه بر این باشد که تفاوت در میزان عددی استحکام باند در گروههای همین مطالعه، طرح بیس برآکت می باشد. همچنین نقاط شکست در برآکت های مختلف، متفاوت بود یعنی اختلاف ARI بین گروهها معنی دار بود(۱۸).

در مطالعه Uysal برخلاف مطالعه حاضر نتیجه گرفتند که SEP (self\_etching primer) به طور معنی داری میزان SBS را کاهش می دهد. استحکام باند گروههایی که با سیستم conventional acid etch (سه مرحله‌ای) باند شده بودند به طور معنی داری بیشتر از گروههایی بود که با SEP (دو مرحله‌ای) باند شده بودند. به خصوص در برآکت های سرامیکی میزان عددی SBS نیز بالای ۲۰ بود. این اختلاف عددی را می توان به عدم انجام ترموسایکل و افزایش سطح مقطع برآکت های سرامیکی به  $14/54 \text{ mm}^2$  دانست. در صورتی که در این مطالعه میانگین سطح بیس برآکت سرامیکی  $12/2 \text{ mm}^2$  در نظر گرفته شد، اما اختلاف معنی داری در محل شکست بین گروهها مشاهده نشد ( $P > 0/05$ )(۶).

Unterbrink (۲۵) و Van Noort (۲۶) عنوان نمودند اندازه سطح باند در میزان استحکام نهایی باند بسیار مهم است. افزایش قطر یا مساحت بیس برآکت و توسعه ادھریو فراتر از آن نیز باعث افزایش معنی دار در میزان استحکام باند می شود(۱۵). در این مطالعه نیز برای جلوگیری از آسیب به استحکام باند اضافات کامپوزیت فقط با اکسپلورر و تا حد امکان کامپوزیت های پس زده شده از اطراف برآکت برداشته شده اند که می تواند موجب افزایش سطح باند شود.

پس با بررسی مقالات مختلف و طبق مطالعه Matos NRSd SBS ترموسایکل کاهش و

باندینگ و هرگونه اثر بر مینا تست های in\_vivo به صورت controlled trial می باشد. به علت محدودیت های مختلف و وجود متغیرهای تأثیرگذار در این روش، در بسیاری از مطالعات از روش in vitro استفاده می شود. بر همین اساس، مطالعه حاضر جهت استحکام باند کامپوزیت جدید دو مرحله‌ای، به شکل in vitro و آزمایشگاهی انجام شد(۲۱).

در مطالعه حاضر که هدف مقایسه استحکام باند برشی برآکت های فلزی و سرامیکی با دونوع کامپوزیت نوری دو مرحله‌ای و سه مرحله‌ای بود، میانگین SBS در گروههای C,B,A و D به ترتیب  $18/4$ ،  $19/82$ ،  $18/71$  و  $18/52$  بود. طبق بررسی Reynolds حداقل استحکام باند برشی مطلوب در کلینیک ارتدنسی  $5/9 \text{ mpa}$  است(۲۲)، اما از نظر عملی استحکام باند مطلوب به میانی دندان  $18 \text{ mpa}$  می باشد(۱۳) و نتایج حاصل از مطالعه حاضر نیز نشان داده که هر دو کامپوزیت Transbond و GC ortho connect فلزی و سرامیکی دارای استحکام باند مطلوب می باشند. بنابراین قابل استفاده در کلینیک هستند.

در مطالعه میرزاکوچکی در سال ۲۰۱۶ مانند مطالعه حاضر تفاوت معنی داری بین مقایسه ARI و SBS گروهها وجود نداشت، اما تفاوت در میزان عددی SBS می تواند به علت تفاوت در نوع مطالعه باشد که به صورت in vivo بوده و دندانها ۳۰ روز بعد از باندینگ خارج و دباند شدند(۲۳) همچنین در مطالعه وی در سال ۲۰۱۲ نیز نتایج مشابهی مشاهده شده بود با این تفاوت که مدت زمان کیورینگ ۴۰ ثانیه بود و بعد از باندینگ نمونه ها در انکوباتور نگهداری می شدند و تعداد دفعات ترموسایکل ۱۰۰۰ سیکل، با ترانسفر تایم ۱۰ ثانیه بود(۲۰).

در مطالعه Rocha (۲۴) نیز اختلاف معنی داری بین گروهها وجود نداشت. با توجه به این که میانی استفاده شده مربوط به انسیزور گاوی بود، اما برخلاف مطالعه حاضر ایندکس اثر چسبندگی گروهها متفاوت

دیاندینگ و با دست اعمال می شود نسبت به تیغه دستگاه، استرس کمتری اعمال کرده و آسیب کمتری به مینا وارد می کند.<sup>(۲۸)</sup>

در نتیجه با توجه به اینکه میزان استحکام باند برشی مطلوب جهت استحکام باند برشی برآکت‌های فلزی و سرامیکی می‌باشد، جهت ذخیره زمان استفاده از کامپوزیت دو مرحله‌ای GC orthoconnect می‌تواند جایگزینی برای روش معمول اچ و باند خصوصاً در اعمال ارتقیه دنیس باشد.

سیاستگزاری

به این وسیله از تمامی اساتید راهنمای تحقیق  
تقدیر و تشکر می‌گردد. مقاله با کد اخلاق  
IR.MAZUMS.REC.96.3070 موردنیاز است.

کاربرد اسید اچ، SBS را افزایش می دهد (۲۷). همچنین نگهداری نمونه ها در آب، میزان استحکام باند را تا  $10/7 \text{ mpa}$  کاهش و هر ثانیه افزایش سرعت photopolymerization mm/min و هر ۱ دستگاه اندازه گیری استحکام باند می تواند میزان باند را به ترتیب به میزان  $0/077$  و  $1/3 \text{ mpa}$  افزایش دهد (۲۱).

به نظر می رسد در آزمایش های *in vitro*، استحکام باند به دست آمده بیش تر از آزمایش های *in vivo* باشد.

از این جهت که شرایط آزمایشگاهی با شرایط داخل دهان متفاوت است، زیرا شرایط داخل دهانی مثل رطوبت، تغیرات دمایی زیاد و سایر متغیرها در دهان استحکام باند را تضعیف می کنند. به علاوه نیروی اعمال شده توسط دستگاه، نیروی shear خالص بوده در حالی که در کلینیک نیرو ترکیبی از shear و tensile و torsional می باشد. بنابراین نیرو پیوی که توسط پلاس

## References

1. Elekdag-Turk S, Turk T, Isci D, Ozkalayci N. Thermocycling effects on shear bond strength of a self-etching primer. *Angle Orthod* 2008; 78(2): 351-356.
  2. Buonocore MG. A simple method of increasing the adhesion of acrylic filling materials to enamel surfaces. *J Dent Res* 1955; 34(6): 849-853.
  3. Tang AT, Liu Y, Björkman L, Ekstrand J. In vitro cytotoxicity of orthodontic bonding resins on human oral fibroblasts. *Am J Orthod Dentofacial Orthop* 1999; 116(2): 132-138.
  4. Øgaard B. Prevalence of white spot lesions in 19-year-olds: A study on untreated and orthodontically treated persons 5 years after treatment. *Am J Orthod Dentofac* 1989; 96(5): 423-427.
  5. Aljubouri Y, Millett D, Gilmour W. Laboratory evaluation of a self etching primer for orthodontic bonding. *Eur J Orthod* 2003; 25(4): 411-415.
  6. Uysal T, Ustdal A, Kurt G. Evaluation of shear bond strength of metallic and ceramic brackets bonded to enamel prepared with self-etching primer. *Eur J Orthod* 2009; 32(2): 214-218.
  7. Boersma J, Van der Veen M, Lagerweij M, Bokhout B, Prahl-Andersen B. Caries prevalence measured with QLF after treatment with fixed orthodontic appliances : influencing factors. *Caries Res* 2005; 39(1): 41-47.
  8. Eliades T, Kakaboura A, Eliades G, Bradley TG. Comparison of enamel colour changes associated with orthodontic bonding using two different adhesives. *Eur J Orthod* 2001; 23(1): 85-90.
  9. Karimi A, Sobouti F, Torabi S, Bakhshandehfard A, Amirian A, Shariati M,

- et al. Comparison of carbon dioxide laser with surgical blade for removal of epulis fissuratum. A randomized clinical trial. *J Lasers Med Sci* 2016; 7(3): 201-204.
10. Gerami A, Dadgar S, Rakhshan V, Jannati P, Sobouti F. Displacement and force distribution of splinted and tilted mandibular anterior teeth under occlusal loads: an in silico 3D finite element analysis. *Prog Orthod* 2016; 17(1): 16.
11. Roberson T, Heymann HO, Swift Jr EJ. Sturdevant's art and science of operative dentistry. New York, Elsevier Health Sciences; 2006.
12. Uysal T, Ulker M, Ramoglu SI, Ertas H. Microléakage under metallic and ceramic brackets bonded with orthodontic self-etching primer systems. *Angle Orthod* 2008; 78(6): 1089-1094.
13. Heymann HO, Swift Jr EJ, Ritter AV. Sturdevant's Art & Science of Operative Dentistry-E-Book. New York: Elsevier Health Sciences; 2014.
14. Yuasa T, Iijima M, Ito S, Muguruma T, Saito T, Mizoguchi I. Effects of long-term storage and thermocycling on bond strength of two self-etching primer adhesive systems. *Eur J Orthod* 2009; 32(3): 285-290.
15. Davari A, Yassaei S, Danesh Kazemi A, Yousefi M. Effect of different methods of enamel conditioning on bond strength of orthodontic brackets. *JDM* 2006; 19(4): 32-39 (Persian).
16. Bishara SE, Soliman MM, Oonsombat C, Laffoon JF, Ajlouni R. The effect of variation in mesh-base design on the shear bond strength of orthodontic brackets. *Angle Orthod* 2004; 74(3): 400-404.
17. Carvalho AA, Moreira FC, Cunha LM, de Moura SM, Souza JBd, Estrela C, et al. Marginal microleakage of class II composite resin restorations due to restorative techniques. *Rev Odonto Ciênc* 2010; 25(2): 165-169.
18. Ansari MY, Agarwal DK, Gupta A, Bhattacharya P, Ansar J, Bhandari R. Shear bond strength of ceramic brackets with different base designs: Comparative in-vitro study. *J Clin Diagn Res* 2016; 10(11): ZC64-ZC68
19. Ravadgar M, Arash V, Pachenari H. Comparison of shear bond strength of the stainless steel metallic brackets bonded by three bonding systems. *Caspian J Dent Res* September 2013; 2(2): 29-35
20. Mirzakouchaki B, Kimyai S, Hydari M, Shahrabaf S, Mirzakouchaki-Boroujeni P. Effect of self-etching primer/adhesive and conventional bonding on the shear bond strength in metallic and ceramic brackets. *Med Oral Patol Oral Cir Bucal* 2012; 17(1): e164-170.
21. Finnema KJ, Özcan M, Post WJ, Ren Y, Dijkstra PU. In-vitro orthodontic bond strength testing: a systematic review and meta-analysis. *Am J Orthod Dentofacial Orthop* 2010; 137(5): 615-622. e3.
22. Hedayati Z, Gholinia F, Pakshir HR, Alavi A. The Effect of Different Tooth Surface Preparation Methods on Microshear Bond Strength. *Journal of Dentistry* 2008; 9(3): 253-262 (Persian).
23. Mirzakouchaki B, Shirazi S, Sharghi R, Shirazi S, Moghimi M, Shahrabaf S. Shear bond strength and debonding characteristics of metal and ceramic brackets bonded with conventional acid-etch and self-etch primer systems :An in-vivo study. *J Clin Exp Den* 2016; 8(1): e38.

24. Rocha JMd, Gravina MA, Campos MJdS, Quintão CCA, Elias CN, Vitral RWF. Shear bond resistance and enamel surface comparison after the bonding and debonding of ceramic and metallic brackets. *Dental Press J Orthod* 2014; 19(1): 77-85.
25. Van Noort R, Cardew G, Howard I, Noroozi S. The effect of local interfacial geometry on the measurement of the tensile bond strength to dentin. *J Dent Res* 1991; 70(5): 889-893.
26. Unterbrink GL, Liebenberg WH. Flowable resin composites as" filled adhesives": Literature review and clinical recommendations. *Quintessence Int* 1999; 30(4): 249-257.
27. Matos NRSd, Costa AR, Valdrighi HC, Correr AB, Vedovello SA, Santamaria Jr M, et al. Effect of acid etching, silane and thermal cycling on the bond strength of metallic brackets to ceramic. *Braz Dent J* 2016; 27(6): 734-738.
28. Arhun N, Arman A, editors. Effects of orthodontic mechanics on tooth enamel: a review. *Semin Orthodo* 2007; 13(4): 281-291.