



ผลของสารห้ามเลือด凝พะที่ตันแบบ (ทันตะ-จุฬา 100) ต่อคุณสมบัติการดูดซึมน้ำ[‡] การละลาย ความลึกในการบ่ม และความ ต้านแรงดัดໂຄ้งของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิต ชนิดแข็งตัวด้วยแสง ตามมาตรฐาน ไอเอสโอด 4049 (2009)

ประเวศ เสรีเชษฐ์พงษ์ ท.บ., M.Sc.¹

วัชราภรณ์ ทัศจันทร์ ท.บ., M.Sc.²

ดุสิตา สา华วัตร วศ.บ., วท.ม.³

พสุธา ธัญญาภิไผศาล ท.บ., Ph.D.⁴

¹ภาควิชาทันตกรรมประดิษฐ์ คณะทันตแพทยศาสตร์ จุฬาลงกรณ์มหาวิทยาลัย

²ภาควิชาทันตกรรมสำหรับเด็ก คณะทันตแพทยศาสตร์ จุฬาลงกรณ์มหาวิทยาลัย

³นิสิตหลักสูตรสาขาทันตชีววัสดุศาสตร์ คณะทันตแพทยศาสตร์ จุฬาลงกรณ์มหาวิทยาลัย

⁴ภาควิชากายวิภาคศาสตร์ คณะทันตแพทยศาสตร์ จุฬาลงกรณ์มหาวิทยาลัย

บทคัดย่อ

วัตถุประสงค์ เพื่อทดสอบผลของสารห้ามเลือด凝พะที่ตันแบบ (ทันตะ-จุฬา 100) ต่อคุณสมบัติทางกายภาพ และคุณสมบัติทางกลบางประการของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตชนิดแข็งตัวด้วยแสง

วัสดุและวิธีการ วัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตชนิดแข็งตัวด้วยแสง 5 ผลิตภัณฑ์ ได้แก่ เอสเทไลท์ซิกมาฟิลเทก แซด 250 ฟิลเทก แซด 350 พรีเมส์ และ เททริก้า เอ็น ซีแรม นำมาเตรียมชิ้นงานตามมาตรฐานไอเอสโอด 4049 (2009) และทำด้วยสารห้ามเลือด凝พะที่ตันแบบ บริษัท ร 100 ไมโครลิตร เป็นเวลา 2 นาที จากนั้นขยายน้ำเพื่อให้เกิดปฏิกิริยาเคมีอย่างสมบูรณ์ และนำมาทดสอบการละลาย การดูดซึมน้ำ ความลึกในการบ่ม และความต้านแรงดัด ได้แก่ เปรียบเทียบกับกลุ่มควบคุมที่ไม่ได้ทาสารห้ามเลือด凝พะที่ ข้อมูลที่ได้จะแสดงในรูปค่าเฉลี่ย ± ค่าเบี่ยงเบนมาตรฐาน ใช้โปรแกรมสถิติเอสพีเอสเพื่อวิเคราะห์ความแปรปรวนแบบทางและเปรียบเทียบระหว่างกลุ่ม ด้วยเทอร์กิย์ เอเชอสดี ที่ระดับความเชื่อมั่นร้อยละ 95

ผลการศึกษา สารห้ามเลือดเฉพาะที่ตันแบบไม่มีผลต่อการละลายและการดูดซึมน้ำของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิต ทั้งหัวผลิตภัณฑ์อย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ ($p > 0.05$) สารห้ามเลือดเฉพาะที่ตันแบบมีผลเพิ่มค่าความลึกในการบ่มของวัสดุอุดเทิลเชิร์กและฟิลเทก แซด 250 และความต้านแรงตัดได้ดีของวัสดุฟิลเทก แซด 250 และเททริก เอ็น ชีร์รอม อย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ ($p < 0.05$) โดยคุณสมบัติการละลาย การดูดซึมน้ำ ความลึกในการบ่ม และความต้านแรงตัดได้ดีของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตทั้งหัวผลิตภัณฑ์ ภายหลังการทาด้วยสารห้ามเลือดเฉพาะที่ผ่านมาตรฐานมาตราฐานไอโอดีโน 4049 (2009)

สรุป สารห้ามเลือดเฉพาะที่ตันแบบไม่มีผลต่อคุณสมบัติทางกายภาพและทางกลของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิต เอสเทิลเชิร์ก ฟิลเทก แซด 250 ฟิลเทก แซด 350 พรีเมียร์ และ เททริก เอ็น ชีร์รอม ในด้านการละลาย การดูดซึมน้ำ ความลึกในการบ่ม และความต้านแรงตัดได้ดี ตามมาตรฐานไอโอดีโน 4049 (2009)

(ว.ทันต. จ.พ.ฯ 2554;34:213-22)

คำสำคัญ: การดูดซึมน้ำ; การละลาย; ความต้านแรงตัดได้ดี; ความลึกในการบ่ม; เรซินคอมโพสิต; สารห้ามเลือดเฉพาะที่

ບຫນໍາ

ສາຮ້າມເລືອດເຊພາທີ່ຖຸກນຳມາໃຫ້ທາງທັນທຽມຮ່ວມກັບເຊືອກແຍກເໜືອກ ເປັນການດີເປັນເຊື່ອກທຳໃຫ້ສາມາຄົມອອກເຫັນຂອບເຂດຂອງພື້ນໄດ້ເໜືອກກາຍ໌ລັງກາງຮອດແຕ່ງພື້ນທີ່ຮູ້ອ່ານື້ອພື້ນສ່ວນທີ່ຜູ້ລົກໄດ້ເໜືອກ ເພື່ອປະໂຍ່ນໆຕ່ອກກົມພິບປາກຫຼືກາງນູ່ຮະພັນ^{1,2} ຈາກການສໍາງຈົບທັນທຽມແພທຍໍຈຳນວນຮ້ອຍລະ 95 ໃຊ້ສາຮ້າມເລືອດເຊພາທີ່ຮ່ວມກັບເຊືອກແຍກເໜືອກໃນການຫ້າມເລືອດເຊພາທີ່ແລະດີເປັນເຊື່ອກ³ ໂດຍສາຮ້າມເຄີມອອກຖົ່ງຫຼັກທີ່ໃຊ້ໃນສາຮ້າມເລືອດເຊພາທີ່ໄດ້ແກ່ ສາຮ້າມລູມືນີ້ຍືນພອແທສເຫີຍມ້ລັບເຟ ອຸລຸມືນີ້ຍືນຄລອໄວຣົດ ຊົງຄຄລອໄວຣົດ ເຟອຣິກ້ມ້ລັບເຟ ພົມວິພິນີ້^{4,5} ອູ້ຢ່າງໄກ້ຕາມສາຮ້າມເລືອດເຊພາທີ່ສ່ວນໃໝ່ເປັນພລິຕົກັນທີ່ທີ່ນຳເຂົາຈຳກັດຕ່າງປະເທດທຳໄໝເພີ່ມຕົ້ນຖຸນໃນການຮັກຫ້າທາງທັນທຽມແລະເປັນກາງສູງເສີຍເງິນທຽບອອງປະເທດ ດັ່ງນັ້ນທາງຄະນະຜູ້ວັດຍຶງມີມີການປະສົງທີ່ຈະວິຈີຍແລະພັດນາພລິຕົກັນທີ່ສາຮ້າມເລືອດເຊພາທີ່ເພື່ອໃໝ່ກາຍໃນປະເທດ ທດແທນການນຳເຂົາ ໂດຍໃຊ້ສາຮ້າມລູມືນີ້ຍືນຄລອໄວຣົດເປັນສາຮ້າມອອກຖົ່ງຫຼັກຂອງສາຮ້າມເລືອດເຊພາທີ່ດັ່ນແບບ (ທັນທະລາດ 100)

ດັ່ງນັ້ນການສຶກສາຮັງນີ້ ເປັນການທົດສອບພຸດຂອງສາຮ້າມເລືອດເຊພາທີ່ດັ່ນແບບ ຕ່ອຄຸນສມັບຕິກາງຮູດຫື່ມນ້ຳ ກາຮລະລາຍຄວາມລຶກໃນການປິ່ນ ແລະຄວາມຕ້ານແຮງດັດໂຄ້ງ ຂອງວັດຖຸພື້ນເຮັດວຽກ ເຊື້ອກແຍກເໜືອກ ເຊື້ອກແຍກເໜືອກທີ່ໃຊ້ໃນການເຫື່ອກທຳໃຫ້ທາງຄລິນິກ່ຕ່ອງໄປ

ວັດຖຸແລະວິຊີກາຮ

ວັດຖຸອຸດພື້ນເຮັດວຽກ

ວັດຖຸອຸດພື້ນເຮັດວຽກ

ວັດຖຸອຸດພື້ນເຮັດວຽກ ໂພສີຕົນນິດແບ່ງຕົວດ້ວຍແສງເອສເທໄລທືກົມາ (Estelite[®] Σ; Tokuyama Dental Corporation, Japan) ພິລເທກ ແຊດ 250 (FiltekTM Z250, 3M ESPE, USA) ພິລເທກ ແຊດ 350 (FiltekTM Z350, 3M ESPE, USA) ພຣິມີສີ (PremiseTM, Kerr Corporation, USA) ແລະ ເທິຣິກ ເອັນຊີແຮມ (Tetric[®] N-ceram, Ivoclar Vivadent, Liechtenstein) ນຳມາໃຊ້ໃນການສຶກສາຮັງນີ້ (ຕາງໆທີ່ 1) ໂດຍວັດຖຸພື້ນດັ່ງກ່າວຕ່ອງແລ້ວວັນນີ້ມີມາຍຸດຍ່າງນ້ອຍ 1 ປີ ໃນວັນທີທຳການທົດລອງ ວັດຖຸຈະຖຸກທຳໃຫ້ແບ່ງຕົວດ້ວຍກາຮຈາຍແສງຈາກເຄື່ອງຈາຍແສງ (light curing unit, Elipar[®] Trilight, 3M ESPE, USA) ຕາມຄຳແນະນຳຂອງບຣິຫັກຜູ້ຜົລິດ ແລະມີການຕວະຈັດຄວາມເຂັ້ມຂົງຂອງແສງຂອງເຄື່ອງຈາຍແສງທຸກຄົວໜ້າກ່ອນການທົດລອງ ໂດຍຄວາມເຂັ້ມແສງທີ່ວັດໄດ້ອ່າຍ່າຍ້ອຍ 800 ມິລິລິວັດຕິຕ່ອງຕາງໆເຫັນຕີເມຕຣ

ສາຮ້າມເລືອດເຊພາທີ່

ສາຮ້າມທີ່ໃຊ້ໃນການເຫື່ອກສາຮ້າມເລືອດເຊພາທີ່ດັ່ນແບບປະກອບໄປດ້ວຍລູມືນີ້ຍືນຄລອໄວຣົດ (Sigma-Aldrich, USA) ຮ້ອຍລະ 25 ເປັນສາຮ້າມອອກຖົ່ງຫຼັກ ແລະສາຮ້າມແຮງຕິດິພິຈ້ອຍລະ 0.1 ແລະນັກລົ້ນປາກຈາກເຂົ້ອ ໂດຍສາຮ້າມເລືອດເຊພາທີ່ຈະຖຸກທຳໃຫ້ປາກຈາກເຂົ້ອ ດ້ວຍກາຮກອງຜ່ານກະດາຊກອງທີ່ມີນາດຄູ່ກ່າວ 0.2 ມີຄຣອນ (Minisart, Satorius Biotech, USA)

ຕາງໆທີ່ 1 ວັດຖຸອຸດພື້ນເຮັດວຽກ

Table 1 The light cured resin composites used in this study

Name of products	Type of materials	Filler weight %	Average filler size (nm)	Manufacturer
Estelite [®] Σ	Microhybrid	82.0	200	Tokuyama, Japan
Filtek TM Z250	Microhybrid	78.5	600	3M ESPE, USA
Filtek TM Z350	Nanocomposite	78.5	20	3M ESPE, USA
Premise TM	Nanocomposite	84.0	20	Kerr Corporation, USA
Tetric [®] N-ceram	Nanocomposite	80.0	40	Ivoclar Vivadent, Liechtenstein

ค่าการละลายและการดูดซึมน้ำ (Solubility and water absorption)

การเรียบวัสดุอุดพันตามมาตรฐาน ISO 4049 (2009)⁶ โดยย่อ คือ นำวัสดุใส่ลงในแบบพิมพ์ทรงกระบอกที่มีเส้นผ่านศูนย์กลาง 15 มิลลิเมตร และความสูง 0.5 มิลลิเมตร โดยไม่ให้มีฟองอากาศอยู่ภายใน ปาดวัสดุส่วนเกินออกทางสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบปริมาตร 100 ไมโครลิตรบนผิวด้านบนของวัสดุอุดพันด้วยพู่กัน ทึ้งไว้เป็นเวลา 2 นาที โดยกลุ่มควบคุมจะไม่ได้ทาสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบ เมื่อครบระยะเวลาที่กำหนด ปิดด้วยกระจากเรียบ และทำการชายแสลงเพื่อกระดูน้ำการแข็งตัวของวัสดุอุดพันตามระยะเวลาที่บริษัทผู้ผลิตกำหนด ทึ้งไว้เป็นเวลา 24 ชั่วโมงเพื่อให้เกิดปฏิกิริยาเคมีอย่างสมบูรณ์ เมื่อครบระยะเวลาที่กำหนด ทำการสะอัดชี้นตัวอย่างด้วยน้ำประปาจากไอกอนร่วมกับเครื่องอัลตราโซนิก จากนั้นทำให้แห้งด้วยการใส่ชี้นตัวอย่างในภาชนะทำแห้ง (desiccators) โดยใช้กล่องพลาสติกที่สามารถผ่านเข้าไม่ได้ และบรรจุซิลิเกจที่ผ่านการอบแห้งที่อุณหภูมิ 130 องศาเซลเซียส เป็นเวลา 5 ชั่วโมง และเก็บในตู้อบที่อุณหภูมิ 37 ± 1 องศาเซลเซียส เป็นเวลา 22 ชั่วโมง

จากนั้นทำการร่ายชี้นตัวอย่างไปยังภาชนะทำแห้งกล่องที่ 2 และเก็บที่อุณหภูมิ 23 ± 1 องศาเซลเซียสนาน 1 ชั่วโมง ทำการซั่นน้ำหนักตัวอย่างและจดบันทึก โดยจะทดลองทำซ้ำอย่างนี้จนกระทั่งชี้นตัวอย่างมีการเปลี่ยนแปลงน้ำหนักไม่เกิน 0.0001 กรัม จึงบันทึกค่าดังกล่าวเป็นน้ำหนักแห้งเริ่มต้น (W₁) จากนั้นนำชี้นตัวอย่างไปแช่ในน้ำประปาจากไอกอนที่อุณหภูมิ 37 ± 1 องศาเซลเซียส เป็นเวลา 1 สัปดาห์ เมื่อครบกำหนดน้ำดูดซึมน้ำจากน้ำ ชับชี้นตัวอย่างให้แห้ง ทึ้งไว้เป็นเวลา 15 วินาที จากนั้นนำชี้นตัวอย่างน้ำหนักเป็นน้ำหนักเบี่ยง (W₂) และนำชี้นตัวอย่างเข้ากระบวนการทำแห้งตามที่ได้กล่าวมาแล้วข้างต้น บันทึกน้ำหนักแห้งภายหลังการแข็ง (W₃)

จากนั้นคำนวณค่าที่ได้มาคำนวณการดูดซึมน้ำ และการละลายตามสูตรดังต่อไปนี้

$$\text{ค่าการละลาย} = (W_2 - W_3)/V$$

$$\text{การดูดซึมน้ำ} = (W_1 - W_3)/V$$

$$V = \text{ปริมาตรของชี้นตัวอย่าง (ลูกบาศก์มิลลิเมตร)}$$

จากนั้นเบรียบเทียบค่าการดูดซึมน้ำและการละลายของวัสดุอุดพันเบรียบเทียบกับวัสดุชนิดเดียวกัน ที่ไม่ได้ทาสาร

ห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบ โดยแต่ละกลุ่มจะมีชิ้นตัวอย่างอย่างละ 5 ชิ้น จากข้อกำหนดโดย ISO 4049 (2009) กำหนดค่าการดูดซึมน้ำและการละลายของวัสดุไม่ควรเกิน 40 และ 7.5 ไมโครกรัมต่อลูกบาศก์มิลลิเมตร ตามลำดับ

การทดสอบความลึกในการปั่น (Depth of cure)⁶

นำวัสดุอุดพันใส่ลงในแบบพิมพ์ทรงกระบอกที่มีหน้าตัดวงกลมเส้นผ่านศูนย์กลาง 4 มิลลิเมตร หนา 6 มิลลิเมตร โดยไม่ให้มีฟองอากาศอยู่ภายใน ปาดวัสดุส่วนเกินออก และทาสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบ 100 ไมโครลิตรด้วยพู่กัน ทึ้งไว้ 2 นาที จากนั้นปิดทับด้วยกระจากแผ่นเรียบและทำการชายแสลงตามคำแนะนำของบริษัทผู้ผลิต เพื่อให้เกิดปฏิกิริยาการแข็งตัวของวัสดุอย่างสมบูรณ์

เมื่อครบระยะเวลาที่กำหนด แกะชิ้นตัวอย่างออกจากแบบ กำจัดวัสดุอุดพันที่ไม่แข็งตัวออกด้วยใบพายพลาสติก (plastic spatula) จากนั้นทำการวัดความหนาของวัสดุอุดพันที่แข็งตัวเบรียบเทียบกับวัสดุชนิดเดียวกันที่ไม่ได้ทาสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบด้วยเครื่องวัดขนาดแบบดิจิทอล (Digital vernier caliper, Mitutoyo, Japan) โดยแต่ละกลุ่มจะมีชิ้นตัวอย่างอย่างละ 5 ชิ้น จากข้อกำหนดโดย ISO 4049 (2009) กำหนดค่าความลึกในการปั่นของวัสดุอุดพันเรซิโนมโพลิทิชนิดแข็งตัวด้วยแสง ไม่ต่ำกว่า 1.5 มิลลิเมตร

การทดสอบความต้านแรงดัดโค้ง (Flexural strength)⁶

นำวัสดุอุดพันใส่ลงในแบบขนาด กว้าง 2 มิลลิเมตร ยาว 25 มิลลิเมตร สูง 2 มิลลิเมตร โดยไม่ให้มีฟองอากาศอยู่ภายใน ปาดวัสดุส่วนเกินออก และทาสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบ 100 ไมโครลิตรด้วยพู่กัน ทึ้งไว้ 2 นาที ปิดทับด้วยกระจากแผ่นเรียบและทำการชายแสลงทั้งสองด้านของชิ้นตัวอย่าง ด้านละ 40 วินาทีเพื่อให้เกิดปฏิกิริยาการแข็งตัวของวัสดุอย่างสมบูรณ์นำชิ้นตัวอย่างไปแช่ในน้ำที่อุณหภูมิ 37 องศาเซลเซียสเป็นเวลา 24 ชั่วโมง เมื่อครบระยะเวลาที่กำหนด นำชิ้นงานไปตรวจวัดความต้านแรงดัดโค้งโดยใช้เครื่องทดสอบแรงแบบสากล (universal testing machine 8872, Instron UK) โดยวางชิ้นงานบนแบบทดสอบความต้านแรงดัดโค้งแบบ 3 จุด ที่มีระยะห่างหัวรองรับ (span length) 20 มิลลิเมตร ใช้หัวทดสอบ (load cell) ขนาด 50 นิวตัน ความเร็ว (crosshead speed) 0.75 มิลลิเมตรต่อนาที จากนั้นเริ่มให้แรงจนชิ้นงานเกิดการแตกหัก

จากนั้นนำค่าที่ได้มาคำนวณความต้านแรงดัดโค้ง ตามสูตรดังนี้

$$\delta = 3FL/2wh^2$$

δ คือ ค่าความต้านแรงดัดโค้ง หน่วยเป็นเมกะปascอล (flexural strength/MPa)

F คือ แรงมากที่สุดที่กระทำบนชิ้นงาน หน่วยเป็นนิวตัน (maximum load/newtons)

L คือ ระยะระหว่างหัวรองรับ หน่วยเป็นมิลลิเมตร (span length/millimetres)

W คือ ความกว้างของชิ้นงาน หน่วยเป็นมิลลิเมตร (width/millimetres)

H คือ ความหนาของชิ้นงาน หน่วยเป็นมิลลิเมตร (width/millimetres)

จากนั้นนำค่าความต้านแรงดัดโค้งของวัสดุอุดฟันที่ทำสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบ เปรียบเทียบกับวัสดุชนิดเดียวกันที่ไม่ได้ทำสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบ โดยแต่ละกลุ่มจะมีชิ้นตัวอย่างอย่างละ 5 ชิ้น จาก ไอโอดิโอ 4049 (2009) กำหนดค่าความต้านแรงดัดโค้งของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตชนิดแข็งตัวด้วยแสง ไม่ต่างกว่า 50 เมกะปascอล

การวิเคราะห์สถิติ

ค่าที่วัดได้จะแสดงในรูปค่าเฉลี่ย±ค่าเบี่ยงเบนมาตรฐาน และวิเคราะห์เปรียบเทียบกับกลุ่มควบคุมด้วยโปรแกรมเอส皮

ตารางที่ 2 ผลของสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบต่อการดูดซึมน้ำและการละลายของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิต

Table 2 Effect of local hemostatic agent prototype on water absorption and solubility of resin composites

Name of products	Type of materials	Water absorption ($\mu\text{g}/\text{mm}^3$)		Water solubility ($\mu\text{g}/\text{mm}^3$)	
		control	experiment	control	experiment
Estelite® Σ	microhybrid	14.28 ± 1.51	13.70 ± 1.94	1.46 ± 1.04	1.17 ± 1.82
Filtek™ Z250	microhybrid	18.73 ± 2.85	20.30 ± 2.36	3.11 ± 1.78	4.12 ± 0.45
Filtek™ Z350	nanocomposite	23.64 ± 1.28	21.31 ± 1.45	0.51 ± 0.77	2.41 ± 0.49
Premise™	nanocomposite	15.73 ± 2.41	12.96 ± 3.83	0.68 ± 0.78	1.33 ± 0.85
Tetric® N cerem	nanocomposite	14.63 ± 1.73	12.52 ± 1.58	0.39 ± 0.69	0.48 ± 0.58

เอสเพส เวอร์ชัน 13 (SPSS version 13, SPSS Inc., Chicago, IL, USA) ด้วยสถิติวิเคราะห์ความแปรปรวนแบบสองทาง (two ways ANOVA) และเปรียบเทียบระหว่างกลุ่มด้วยเทอร์กีย์ เอชเออสดี (Turkey HSD) ที่ระดับความเชื่อมั่นร้อยละ 95

ผลการทดลอง

วัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตที่ทำด้วยสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบ มีคุณสมบัติการละลายและการดูดซึมน้ำผ่านเกณฑ์มาตรฐานไอโอดิโอ 4049 (2009)

จากการทดลองพบว่าสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบไม่มีผลต่อค่าการละลายและการดูดซึมน้ำของวัสดุอุดฟันทั้งห้าผลิตภัณฑ์ เมื่อเปรียบเทียบกับวัสดุชนิดเดียวกันที่ไม่ทำสารห้ามเลือดเฉพาะที่ อย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ ($p > 0.05$; ตารางที่ 2)

เมื่อเปรียบเทียบชนิดของวัสดุเรซินคอมโพสิตต่อค่าการละลายและการดูดซึมน้ำพบวัสดุเรซินคอมโพสิตชนิดไม่โครง-ไฮบริดและนาโนคอมโพสิตมีค่าการละลายและการดูดซึมน้ำไม่มีความแตกต่างกันอย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ ($p > 0.05$)

มาตรฐานไอโอดิโอ 4049 (2009) กำหนดวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตชนิดแข็งตัวด้วยแสง มีค่าการดูดซึมน้ำไม่เกิน 40 ไมโครกรัมต่อลูกบาศก์มิลลิเมตร และค่าการละลายน้ำไม่เกิน 7.5 ไมโครกรัมต่อลูกบาศก์มิลลิเมตร ซึ่งทุกกลุ่มผ่านตามเกณฑ์มาตรฐานไอโอดิโอ

วัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตที่ทาด้วยสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบ มีคุณสมบัติความลึกในการบ่มผ่านเกณฑ์มาตรฐานไอโอลิสโอด 4049 (2009)

จากการทดลองพบว่าสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบมีผลเพิ่มค่าความลึกในการบ่มของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิต ซึ่งมาและพลิเทก แซด 250 อย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ ($p < 0.05$) เมื่อเปรียบเทียบกับวัสดุชนิดเดียวกันที่ไม่ได้ทาสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบ คิดเป็นร้อยละ 11.3 และ 9.94 ตามลำดับ (ตารางที่ 3)

เมื่อเปรียบเทียบชนิดวัสดุเรซินคอมโพสิตต่อคุณสมบัติความลึกในการบ่ม พบวัสดุเรซินคอมโพสิตชนิดไมโครไบริด มีค่าความลึกในการบ่มสูงกว่าชนิดนานาในคอมโพสิตอย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ ($p < 0.05$)

มาตรฐานไอโอลิสโอด 4049 (2009) กำหนดค่าความลึกในการบ่มของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตชนิดแข็งตัวด้วยแสงไม่ควรน้อยกว่า 1.5 มิลลิเมตร ซึ่งทุกกลุ่มผ่านตามเกณฑ์ มาตรฐานไอโอลิสโอด

วัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตที่ทาด้วยสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบ มีคุณสมบัติความต้านแรงดัดคงผ่านเกณฑ์ มาตรฐานไอโอลิสโอด 4049 (2009)

จากการทดลองพบว่า สารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบมีผลเพิ่มค่าความต้านแรงดัดคงของวัสดุอุดฟันพลิเทก แซด 250 และเททริก เอ็น ซีเรม อย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ เมื่อเปรียบเทียบกับวัสดุชนิดเดียวกันที่ไม่ได้ทาสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบ ($p < 0.05$) คิดเป็นร้อยละ 44.2 และ 7.7 ตามลำดับ (ตารางที่ 4)

เมื่อเปรียบเทียบชนิดวัสดุเรซินคอมโพสิตต่อคุณสมบัติความต้านแรงดัดคง พบวัสดุเรซินคอมโพสิตชนิดไมโครไบริดและนานาในคอมโพสิตมีค่าคุณสมบัติความต้านแรงดัดคงไม่มีความแตกต่างกันอย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ ($p > 0.05$)

มาตรฐานไอโอลิสโอด 4049 (2009) กำหนดค่าความต้านแรงดัดคงของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตไม่ควรน้อยกว่า 50 เมกะพาสคัล ซึ่งทุกกลุ่มผ่านตามเกณฑ์ มาตรฐานไอโอลิสโอด

วิจารณ์

การศึกษาครั้งนี้ คุณผู้วิจัยทำการทดลองของสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบต่อคุณสมบัติทางกายภาพและคุณสมบัติทางกลของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตแบบแข็งตัวด้วยแสงที่มีจำนวนน้อยและนิยมใช้อยู่ในห้องคลอดจำนวนห้าผลิตภัณฑ์ ซึ่งสามารถแบ่งตามขนาดของวัสดุตัวเติมเป็นชนิด

ตารางที่ 3 ผลของสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบต่อความลึกในการบ่มของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิต

Table 3 Effect of local hemostatic agent prototype on depth of cure of resin composites

Name of products	Type of materials	Depth of cure (mm) [n=5]	
		control	experiment
Estelite Σ	microhybrid ^a	3.48 ± 0.14	3.83 ± 0.17*
Filtek TM Z250	microhybrid ^a	3.56 ± 0.16	3.96 ± 0.18*
Filtek TM Z350	nanocomposite ^a	2.99 ± 0.03	3.00 ± 0.10
Premise TM	nanocomposite ^a	3.33 ± 0.25	3.30 ± 0.03
Tetric [®] N cerem	nanocomposite ^a	2.22 ± 0.09	2.26 ± 0.15

*significant difference as compared with the untreated group ($p < 0.05$)

^asignificant difference as compared between the type of materials ($p < 0.05$)

ตารางที่ 4 ผลของสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบต่อความต้านแรงดัดโค้งของวัสดุอุดฟันเรซิโนมโพลิสิต

Table 4 Effect of local hemostatic agent prototype on flexural strength of resin composites

Name of products	Type of materials	Flexural strength (N/mm ²)[n=5]	
		control	experiment
Estelite® Σ	microhybrid	65.44 ± 4.50	77.65 ± 9.86
Filtek™ Z250	microhybrid	86.17 ± 5.70	124.32 ± 14.47*
Filtek™ Z350	nanocomposite	81.46 ± 8.90	79.10 ± 15.38
Premise™	nanocomposite	71.29 ± 6.91	77.37 ± 12.23
Tetric® N cerem	nanocomposite	96.04 ± 2.29	103.43 ± 4.25*

*significant difference as compared with the untreated group ($p < 0.05$)

ไมโครไบบริดสองผลิตภัณฑ์และนาโนคอมโพลิสิตสามผลิตภัณฑ์ เพื่อทำให้ทันตแพทย์มีความมั่นใจในการใช้สารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบกับงานทางทันตกรรม โดยวัสดุที่เลือกมีค่าการละลาย การดูดซึมน้ำ ความลึกในการบ่ม และความต้านแรงดัดโค้ง ผ่านเกณฑ์มาตรฐานไอโอดอล 4049 (2009) ส่วนสาเหตุที่คณานุวัจัยเลือกใช้ระยะเวลาสัมผัสระหว่างสารห้ามเลือดเฉพาะที่และวัสดุอุดฟัน 2 นาที เนื่องจากเป็นค่าเฉลี่ยของระยะเวลาที่ใช้ในการเติมและตกแต่งวัสดุอุดฟันเรซิโนมโพลิสิตก่อนการฉายแสงเพื่อให้เกิดปฏิกิริยาสมบูรณ์^{7,8}

จากการศึกษาครั้นี้ พบร่วมคุณสมบัติของวัสดุอุดฟันเรซิโนมโพลิสิตชนิดไมโครไบบริดและนาโนคอมโพลิสิตไม่มีความแตกต่างกันอย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ ในแง่การละลาย การดูดซึมน้ำ และความต้านแรงดัดโค้ง อาจเนื่องจากวัสดุเรซิโนมโพลิสิตทั้งสองชนิดมีสัดส่วนของปริมาตรและปริมาณของวัสดุตัวเติม (filler volume fraction และ filler load level) ร้อยละของธาตุองค์ประกอบในวัสดุตัวเติมที่ใกล้เคียงกัน⁹⁻¹² ส่วนการที่วัสดุเรซิโนมโพลิสิตชนิดนาโนคอมโพลิสิต มีค่าความลึกในการบ่มต่ำกว่าชนิดไมโครไบบริดอย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ อาจเนื่องจากกระบวนการรวมกันเป็นกลุ่มก้อนของวัสดุตัวเติมในนาโนคอมโพลิสิต ทำให้มีขนาดใกล้เคียงกับความยาวคลื่นของแสง ส่งผลก่อให้เกิดการกระเจิงของแสง^{9,13}

การที่คณานุวัจัยเลือกใช้สารอุดมุนีเยมคลอริดเป็นสารออกฤทธิ์หลักในสารห้ามเลือดเฉพาะที่ เนื่องจากมี

คุณสมบัติที่ก่อให้เกิดการลดตัวเฉพาะที่ของเนื้อเยื่อหลังจากการเข็งตัวของเลือด และการหลงของน้ำเหลืองหลังเหงือก² นอกจากนี้อุดมุนีเยมไอโอนสามารถยับยั้งการสูญเสียร้าดูของเคลือบฟันในสภาวะที่เป็นกรด^{14,15} และมีประสิทธิภาพในการควบคุมการเกิดแผลคราบจุลินทรีย์และลดการเกิดฟันผุในอาศรม^{16,17} จากการศึกษาของคณานุวัจัยพบว่าสารอุดมุนีเยมคลอริดสามารถยับยั้งการเจริญเติบโตและทำลายเชื้อแบคทีเรียสเตรปโตค็อกค์สเมฟานส์และเชื้อแบคทีเรียเอกกริเกทิแบคเทอร์แอกทินไมซีแทมคอมิแทนส์¹⁸ ดังนั้น การสัมผัสดของสารอุดมุนีเยมคลอริดกับผิวเคลือบฟันจึงน่าจะช่วยในการทำลายเชื้อโรคที่ก่อให้เกิดโรคฟันผุและโรคปริทันต์กับฟันดังกล่าว

ด้วยข้อจำกัดของการศึกษาครั้นี้และข้อมูลในเชิงลึกเกี่ยวกับองค์ประกอบและกรรมวิธีการผลิตของวัสดุอุดฟันเรซิโนมโพลิสิตชนิดเข็งตัวด้วยแสงที่ใช้ในการทดลอง ทำให้คณานุวัจัยไม่สามารถอธิบายกลไกที่แท้จริงของสารห้ามเลือดเฉพาะที่ต้นแบบที่มีต่อคุณสมบัติความลึกในการบ่มของวัสดุอุดฟันเอกสารเทลลิท ซิกมาและฟิลเทก แซด 250 และความต้านแรงดัดโค้งของวัสดุอุดฟันฟิลเทก แซด 250 และเทบริก เอ็น ซีเรม ได้ จากการบทวนวรรณกรรมที่เกี่ยวข้องพบค่าความแข็งแรงและความลึกในการบ่มของวัสดุเรซิโนมโพลิสิตขึ้นอยู่กับความเข้มของแสงและระยะเวลาที่ใช้ในการบ่ม ขนาดและองค์ประกอบของวัสดุตัวเติม และอันตรกิริยาระหว่างผิวของวัสดุตัวเติมและเมทริกซ์ของวัสดุ¹⁹⁻²⁵ ดังนั้นจึงอาจมีความ

เป็นไปได้ว่า สารห้ามเลือดเฉพาะที่ตันแบบที่มีสถานะเป็นของเหลว สามารถซึมแทรกเข้าไประหว่างวัสดุตัวเติมและเมทริกซ์ มีผลลดค่าดัชนีหักเหระหว่างวัสดุตัวเติมและเมทริกซ์ ทำให้แสงสามารถผ่านลงไปในชั้นลึกของวัสดุเรซินคอมโพสิต ได้มากขึ้น ส่งผลทำให้เกิดปฏิกิริยาในส่วนที่ลึกได้เพิ่มขึ้น หรืออาจเกิดจากอุดมิเนียมไม้อ่อนที่เป็นองค์ประกอบหลักในสารห้ามเลือดเฉพาะที่ตันแบบที่มีค่าความเป็นประจุบวกสูง มีผลเร่งการเกิดอันตรกิริยาระหว่างพิวของวัสดุตัวเติมและเมทริกซ์ของวัสดุ^{26,27} Asmussen และ Peutzfeldt ได้รายงานความแข็งแรงที่เพิ่มขึ้นของวัสดุเรซินคอมโพสิต ที่เกิดจากการเชื่อมโยงข้ามระหว่างอุดมิเนียมไม้อ่อนและกลุ่มคาร์บออกไซด์แคลคในส่วนเมทริกซ์ของวัสดุเรซินคอมโพสิต²⁸ ดังนั้นจึงอาจมีความเป็นไปได้ที่อุดมิเนียมไม้อ่อนในสารห้ามเลือดเฉพาะที่ตันแบบ จะทำปฏิกิริยาสร้างพันธะทางเคมีกับสารประกอบส่วนเมทริกซ์ที่อยู่ในวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิต ทำให้ความต้านแรงดัดได้เพิ่มขึ้น แต่อย่างไรก็ตาม การศึกษาการเกิดปฏิกิริยาเคมีระหว่างส่วนเมทริกซ์ในวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตกับอุดมิเนียมไม้อ่อนในห้องปฏิบัติการ จึงเป็นที่น่าสนใจ เพื่อพิสูจน์แนวความคิดดังกล่าว

จากการวิจัยครั้งนี้พบว่าวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตชนิดแข็งตัวด้วยแสงที่สัมผัสกับสารห้ามเลือดเฉพาะที่ตันแบบ มีคุณสมบัติทางกายภาพและทางกล ได้แก่ ค่าการดูดซึมน้ำ การละลายน้ำ ความลึกในการบ่ม และความต้านแรงดัดได้ด้วยมาตรฐานที่มาตราฐานไอโอดอล 4049 (2009) แสดงให้เห็นว่า สารห้ามเลือดเฉพาะที่ตันแบบ มีความเข้ากันได้กับวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตชนิดแข็งตัวด้วยแสง แต่อย่างไรก็ตาม การทดสอบความเป็นพิษของสารห้ามเลือดเฉพาะที่ตันแบบ ในระดับห้องปฏิบัติการและสัตว์ทดลอง เปรียบเทียบกับสารห้ามเลือดเฉพาะที่ซึ่งนิยมใช้ทางทันตกรรม จึงเป็นการศึกษาที่ต้องทำเพิ่มเติมเพื่อยืนยันความปลอดภัยของสารห้ามเลือดเฉพาะที่ตันแบบก่อนการนำไปใช้ในระดับคลินิกต่อไป

สรุป

สารห้ามเลือดเฉพาะที่ตันแบบไม่มีผลเปลี่ยนแปลงคุณสมบัติทางกายภาพและคุณสมบัติทางกลของวัสดุอุดฟันเรซินคอมโพสิตชนิดแข็งตัวด้วยแสง ตามเกณฑ์มาตรฐานไอโอดอล 4049 (2009) ในด้านการละลาย การดูดซึมน้ำ ความลึกในการบ่ม และความต้านแรงดัดได้

กิติกรรมประกาศ

ขอขอบคุณ ศ.ทญ.ดร. วิสาขะ ลิมวงศ์ และ รศ.ทญ. ดูลี เมฆาธราธิป ที่ให้คำแนะนำในการศึกษาครั้งนี้ เจ้าหน้าที่ศูนย์วิจัยทันตวัสดุศาสตร์ ที่ให้ความอนุเคราะห์และอำนวยความสะดวกในการใช้เครื่องมือ การศึกษาครั้งนี้ได้รับทุนสนับสนุนจากการทุนรัชดาภิเษกสมภพฯ 100 ปี

เอกสารอ้างอิง

- Rosenstiel SF, Land MF, Fujimoto J. Contemporary Fixed Prosthodontics, 3rd ed. St. Louis: Mosby, 2001:357.
- Lloyd B, Ralph PW, Melvin LR. Textbook of operative dentistry. 3rd ed: Philadelphia: W.B. Saunders company, 1994:494-7.
- Donovan TE, Gandara BK, Nemetz H. Review and survey of medicaments used with gingival retraction cords. J Prosthet Dent. 1985;53:525-31.
- Bowles WH, Tardy SJ, Vahadi A. Evaluation of new gingival retraction agents. J Dent Res. 1991;70:1447-9.
- Nemetz EH, Seiby W. The use of chemical agents in gingival retraction. Gen Dent. 1990;38:104-8.
- International standard ISO 4049:2009(E), Dentistry-Polymer-based restorative materials.
- Kuphasuk W, Harnirattisai C, Senawongse P, Tagami J. Bond strengths of two adhesive systems to dentin contaminated with a hemostatic agent. Oper Dent. 2007;32:399-405.
- Thampalert A, Panich M. The effect of hemostatic agent contamination on microleakage of restoration using two self-etching adhesives. CU Dent J. 2010;33:15-24.
- Rodrigues SA Jr, Scherrer SS, Ferracane JL, Della Bona A. Microstructural characterization and fracture behavior of a microhybrid and a nanofill composite. Dental Materials. 2008;24:1281-8.
- Turssi CP, Ferracane JL, Ferracane LL. Wear and fatigue behaviour of nano-structured dental resin

- composites. *J Biomed Mater Res B*. 2006;78B: 196–203.
11. Mitra SB, Wu D, Holmes BN. An application of nanotechnology in advanced dental materials. *J Am Dent Assoc*. 2003;10:1382–90.
 12. Berger SB, Palialol AR, Cavalli V, Giannini M. Characterization of water sorption, solubility and filler particles of light-cured composite resins. *Braz Dent J*. 2009;20:314–8.
 13. Turssi CP, Ferracane JL, Vogel K. Filler features and their effects on wear and degree of conversion of particulate dental resin composites. *Biomaterials*. 2005;26:4932–7.
 14. Putt MS, Kleber CJ. Effect of pH, concentration, and treatment time of aluminium solutions on acid dissolution of enamel. *J Dent Res*. 1986;65:1356–8.
 15. Höök M, Christoffersen J, Christoffersen MR, Leonardsen ES, Rassing MR, Rostrup E. Effects of aluminum (III) and fluoride on the demineralization of bovine enamel: a longitudinal microradiographic study. *Scand J Dent Res*. 1994; 102:198–201.
 16. Olmez A, Can H, Ayhan H, Okur H. Effect of an alum-containing mouthrinse in children for plaque and salivary levels of selected oral microflora. *J Clin Pediatr Dent*. 1998;22:335–40.
 17. Mourughan K, Suryakanth MP. Evaluation of an alum-containing mouthrinse for inhibition of salivary *Streptococcus mutans* levels in children—a controlled clinical trial. *J Indian Soc Ped Prev Dent*. 2004;22:100–5.
 18. Serichetaphongse P, Tasachan W, Kantasawan S, Thunyakitpisal P. Antimicrobial activity of aluminium chloride against *Streptococcus mutans* and *Aggregatibacter actinomycetemcomitans*. *CU Dent J*. 2008;31:399–406.
 19. St. Germain H, Swartz ML, Phillips RW, Moore BK, Roberts TA. Properties of micro-filled composite resins as influenced by filler content. *J Dent Res*. 1985;64:155–60.
 20. Braem M, Finger W, Van Doren VE, Lambrechts P, Vanherle G. Mechanical properties and filler fraction of dental composites. *Dental Materials*. 1989;5:346–8.
 21. Chung KH, Greener EH. Correlation between degree of conversion, filler concentration and mechanical properties of posterior composite resins. *J Oral Rehabil*. 1990;17:487–94.
 22. Tirtha R, Fan PL, Dennison JB, Powers JM. In vitro depth of cure of photo-activated composites. *J Dent Res*. 1982;61:1184–7.
 23. Leung RL, Adishian SR, Fan PL. Post-irradiation comparison of photoactivated composite resins. *J Prosthet Dent*. 1985;54:645–9.
 24. Rueggeberg Fa, Caughman WF, Curtis JW. Effect of light intensity and exposure duration on cure of resin composite. *Oper Dent*. 1994;19:26–32.
 25. Söderholm KJM, Achanta S, Olsson S. Variables affecting the depth of cure of composites (abstract 275). *J Dent Res*. 1993;72.
 26. Oppermann RV, Rölla G. Effect of some polyvalent cation on the acidogenicity of dental plaque *in vivo*. *Caries Res*. 1980;14:422–7.
 27. Simonsson T, Glantz P, Edwardsson S. Effects of cations on the colloidal stability of some oral bacteria. *Acta Odontal Scand*. 1988;46:83–7.
 28. Asmussen E, Peutzfeldt A. Strengthening effect of aluminium fluoride added to resin composites based on polyacid-containing polymer. *Dental Materials*. 2003;19:620–4.

Effect of local hemostatic agent prototype (Dent-Chula100) on the water absorption, water solubility, depth of cure and flexural strength of light cured resin composites following ISO 4049 (2009)

Pravej Serichetaphongse D.D.S., M.Sc.¹

Wacharaporn Tasachan D.D.S., M.Sc.²

Dusidra Sahawat B.Eng., M.Sc.³

Pasutha Thunyakitpisal D.D.S., Ph.D.⁴

¹Department of Prosthodontic, Faculty of Dentistry, Chulalongkorn University

²Department of Pediatric Dentistry, Faculty of Dentistry, Chulalongkorn University

³Dental Biomaterials Science Program, Graduate School, Faculty of Dentistry, Chulalongkorn University

⁴Department of Anatomy, Faculty of Dentistry, Chulalongkorn University

Abstract

Objective To investigate effect of the local hemostatic agent prototype (Dent-Chula100) on some physical and mechanical properties of the light cured resin composites

Materials and methods Five commercial resin composites (Estelite[®] Σ, FiltekTM Z250, FiltekTM Z350, PremiseTM and Tetric[®] N-ceram) were used in this study. Materials were prepared following ISO 4049 (2009). One hundred microliters of local hemostatic agent prototype was applied on the surface of each resin composite for 2 minutes prior the light activation. After the complete polymerization, samples were examined for the solubility, water absorption, depth of cure and flexural strength as compared with the untreated group. The data was expressed as mean ± standard deviation and analyzed by two-way ANOVA and Turkey HSD multiple comparison. All statistical testing was performed at the 95% level of confidence.

Results The local hemostatic agent prototype did not significantly affect on the solubility and water absorption of all resin composites ($p > 0.05$). The local hemostatic agent prototype significantly increased the depth of cure of Estelite[®] Σ and FiltekTM Z250 and the flexural strength of FiltekTM Z250 and Tetric[®] N-ceram ($p < 0.05$). After applied the local hemostatic agent prototype, all five resin composites have passed the ISO 4049 (2009) in solubility, water solubility, depth of cure and flexural strength.

Conclusion Following ISO 4049 (2009), the local hemostatic agent prototype is compatible with physical and mechanical properties of Estelite[®] Σ, FiltekTM Z250, FiltekTM Z350, PremiseTM and Tetric[®] N-ceram such as solubility, water absorption, depth of cures and flexural strength.

(CU Dent J. 2011;34:213-22)

Key words: depth of cure; flexural strength; local hemostatic agent; resin composite; solubility; water absorption