基于聚合物的橄榄球形光学微谐振器

¹ 甘肃联合大学师范学院,甘肃 兰州 730000 ² 中山大学光电材料与技术国家重点实验室,广东 广州 510275

摘要 利用苯二甲酸丙二醇酯(PTT)聚合物微米线从生物相容性聚合物材料聚乙烯吡咯烷酮(PVP)水溶液中提 拉制备得到直径为 10~300 μm 的橄榄球形光学微谐振器。将波长为 532 nm 的绿光和波长为 671 nm 的红光分别 耦合到最大直径为 94.7 μm 和 68.3 μm 的橄榄球形微谐振器,观察了其谐振特性。利用 1549~1552 nm 的连续光 源对直径为 94.7 μm 的橄榄球形微谐振器进行了光学性能测试,测量了其吸收光谱。观察到明显的回音壁模式吸 收峰,测得其品质因子为1.05×10⁵。

关键词 光学器件;橄榄球形微谐振器;PTT 微米线;PVP 材料;回音壁模式 **中图分类**号 O439 文献标识码 A doi: 10.3788/AOS201232.0823004

Polymer-Based Rugby-Shape Optical Micro-Resonators

Jin Hu^{1,2} Bai Xiaosong² Lu Yun²

¹Normal College, Gansu Lianhe University, Lanzhou, Gansu 730000, China ² State Key Laboratory of Optoelectronic Materials and Technologies, Sun Yat-Sen University, Guangzhou, Guangdong 510275, China

Abstract Rugby-shape optical micro-resonators with diameters of $10 \sim 300 \ \mu m$ are fabricated by drawing poly (trimethylene terephthalate) (PTT) microwires immersed in biocompatible polyvinylpyrrolidone (PVP) polymer aqueous solution. Resonating characteristics are observed by coupling 532 nm green light and 671 nm red light respectively into the rugby-shape optical micro-resonators with diameters of 94.7 µm and 68.3 µm. By coupling $1549 \sim 1552$ nm light into the rugby-shape optical micro-resonator with a diameter of 94.7 μ m, absorption spectra are obtained and whispering gallery mode-based absorption peaks are observed, with a measured quality factor of 1.05×10^5 . Key words optical devices; rugby-shape optical micro-resonator; PTT microwire; PVP material; whispering

gallery mode

OCIS codes 230.4555; 130.2790; 130.3990

1 引 言

随着生物光子学的发展,研究光学与生物学相 融合的生物光子器件在生物传感器[1,2]、生物成 像[3~6]、生物微机械系统[7]以及生物治疗[8]等方面 显得非常重要。然而,光子学微结构种类多样,有 柱、碟、环、线、球等几何形状,其中球形微腔因具有 回音 壁 模式 (WGM) 的 传输 特性 而 备 受 人 们 关 注^[9~14]。光以这种模式传播,相当于在一个闭合的 谐振腔内振荡。由于全反射的作用,球外光场为局 限于微球表面附近的倏逝场,是一种非传播波,因此 渗出微球以外的光极其微弱,所以微球能够将光长 时间约束在很小的体积内而几乎没有任何损失,这 使回音壁模式下的球形微腔具有很高的品质因子和 很小的模式体积。光学谐振在微盘形和微柱形微腔 中也可产生[15,16]。最近出现了一种新型的微瓶形 谐振器[17~22],这种双脖子状的微谐振器不但能实现 回音壁模式传输,而且能沿轴向将回音壁模式很好 地分开,其自由谱宽与相同尺寸的微球形谐振器的 自由谱宽在同一数量级。目前制作这种微瓶形谐振 器的方法主要有热拉法[20]和软压法[19,22],制作工艺 较为复杂。现有微谐振器大多为 SiO₂ 材料制作,不 具有生物相容性。而聚乙烯吡咯烷酮(PVP)作为一

基金项目:国家自然科学基金(10974261)资助课题。

收稿日期: 2012-01-19; 收到修改稿日期: 2012-04-15

作者简介: 金 虎(1963—), 男, 副教授, 主要从事光学器件方面的研究。E-mail: jgw63@ sina. com

种生物相容性材料,具有独特的物理和化学特性,它 既溶于水,又溶于大部分有机溶剂,它的产品遍及许 多领域^[23],Higa等^[24]从实验上证明了 PVP 材料的 无细胞毒性和较低的溶血性。在生物医学方面, PVP 主要运用于润滑性涂层、口服和注射药物、消 毒液、缓释口服药物的载体、外伤包扎带等。PVP 材料的这些物化特性使得基于 PVP 材料的光子器 件有望在生物光子学领域得到应用。本文采用简单 的方法,利用生物相容性材料 PVP 制作了橄榄球形 光学微谐振器,研究了其光学谐振特性,发现了明显 的回音壁模式吸收峰。

2 物理模型

图 1 直观地给出了橄榄球形光学微腔中回音壁 模式的示意图,可以清楚地了解使用锥形光纤耦合 的方法在橄榄球形微腔内激发起回音壁模式的物理 机制。图 1(a)所示为通过锥形光纤将波长为λ₁的 光信号耦合进入微腔,光在微腔内传输时以大于全 反射临界角入射到界面上,在界面上被全反射,这些 反射光在下一界面也以相同的角度入射,所以反复 发生全反射,在经过若干次绕行后回到原来位置,当 它的相位与原来的相位匹配时,就互相叠加增强产 生共振,形成回音壁模式。图 1(b)和图 1(c)则是在 另外两种输入光信号下,在橄榄球形微腔内激发起 另外两种不同轴向模式数的回音壁模式示意图,即 对应一定条件的输入光信号,在微腔中激发起特定 模式数的回音壁模式。光在微腔中传播,稳定后在 z 轴方向是以驻波的形式存在, 轴向模式数 q 对应 于z 轴方向上波节点的数目。一个特定的回音壁模 式,在z轴方向是由轴向模式数q来确定。图1(b)表 示在输入光信号波长 λ₂ 的激励下,在微腔内激起了 q=3的回音壁模式。同样,图1(c)表示在输入光信 号波长 λ_3 的激励下,在微腔内激起了 q=5 的回音壁 模式。在 z 轴方向上形成这种光传输特性,其物理机 制在于:光在微腔体内传输时,在 z 轴方向上存在一 个所谓的角动量壁垒。也就是说光在微腔的两个端 点处传输时,需要高的角动量,在微腔中部传输时,需 要的角动量相对要低。正是在这个角动量壁垒的限 制下,光在z轴方向的传输被约束。于是也就有了用 轴向模式数 q 来标志这种回音壁模式的光传输。





3 实验制作

首先采用直接拉制的方法^[25]得到直径为1~ 15 μm的苯二甲酸丙二醇酯(PTT)聚合物线作为支撑 光纤(PTT 微纳光纤具有十分优良的柔韧性和弹 性),然后将聚乙烯吡咯烷酮(PVP,折射率1.44)这种 生物相容性材料配成质量分数为25%的水溶液,用 滴管将约1 mL的 PVP 水溶液滴在洁净玻璃基片上, 用镊子将拉制得到的 PTT 微米线浸没在 PVP 水溶 液中,再以0.1~0.5 m/s 的速度从溶液中将 PTT 微米线拉出,由于 PVP 液体的粘性,PVP 水溶液附 着在 PTT 微米线上,在液体表面张力、液体粘滞性 的共同作用下,PVP 水溶液在 PTT 微米线上收缩 成橄榄球状的液滴。将附着有 PVP 水溶液的 PTT 微米线自然晾干后(约48 h),橄榄球状的 PVP 微球 凝固在 PTT 线上,从而得到直径在 10~300 μm 的 橄榄球形谐振器。这种橄榄球形光学微腔的制作方 法简捷有效,可通过控制 PVP 液体粘度、PTT 微纳 光纤的直径大小以及拉制速度而有效控制所形成的 橄榄球形谐振器的大小。图 2 给出了橄榄球状微型 谐振器的制作示意图,图 2(a)为用镊子将拉制得到 的 PTT 微米线浸没在 PVP 水溶液中,图 2(b)为以 0.1~0.5 m/s的速度从溶液中将 PTT 微米线拉 出,图 2(c)为 PVP 水溶液在 PTT 微米线上收缩成 橄榄球状的液滴。



- 图 2 橄榄球状微型谐振器的制作示意图。(a)用镊子将 拉制得到的 PTT 微米线浸没在 PVP 水溶液中; (b)以 0.1~0.5 m/s 的速度从溶液中将 PTT 微米 线拉出;(c) PVP 水溶液在 PTT 微米线上收缩成 橄榄球状的液滴
- Fig. 2 Fabrication process of the rugby-shape optical microresonator. (a) PTT microwires are immersed in PVP aqueous solution; (b) PPT microwires are draw by using a tweezer out of the solution at a speed of 0.1~0.5 m/s; (c) rugby-shape PVP drops are formed on the PTT microwires

为了表征 PVP 材料的光学特性,用 25%的 PVP 水溶液制作成厚度为 20 μm 的薄膜,通过实验 测得 20 μm 厚的 PVP 薄膜在波长 400~1900 nm 范围内的透光率在 86%以上。图 3 为实验测量 20 μm厚的 PVP 薄膜的透光率曲线。





图 4 为制作的橄榄球形微型谐振器的光学照 片。4 个级联的橄榄球形微型谐振器固定在一根直 径为 10.8 μ m 的 PTT 线上,从左至右,橄榄球形微 型谐振器的直径分别为 37.7、35.3、35.3、4 μ m, 相互间隔分别为 143.2、127.8、148.3 μ m。图 5 给 出了二级级联的橄榄球形微型谐振器的照片(放大 倍数 350×)。由于 PVP 材料的透明性,可以清楚 地看到橄榄球形微型谐振器内部的 PTT 支撑线。 橄榄球内部无气泡、间隙等缺陷。插图为局部放大 图,PVP 材料与 PTT 支撑线很好地接触,橄榄形微 球的凸起形成透镜效应,使在微腔内部的 PTT 线被 放大 1.53 倍。用这种方法制备的橄榄球形光学微腔 可很好地被级联。图 6 给出了一个直径为 146 μ m 的 橄榄球形微型谐振器,长轴长度为 411 μ m,支撑线的 直径为 14.3 μ m。







图 7 为形成橄榄球状液滴的力学原理示意图。 待液滴稳定后, PVP 液体表面张力、PTT 微米线表 面张力以及 PVP 溶液与 PTT 微米线之间的粘滞力 三力趋于平衡^[26],即

$$\gamma_{sc} - \gamma_{sL} - \gamma_{Lc} \cos \theta_{c} = 0,$$
 (1)
式中 γ_{sc} 为 PTT 支撑线表面张力, γ_{sL} 为 PTT 支撑
线与 PVP 粘性液体之间的相互作用力, γ_{LG} 为 PVP

液体表面张力。

图 8 给出了制备的 4 个不同直径、不同支撑线 的橄榄球形微型谐振器的扫描电子显微镜(SEM) 图。橄榄球形微型谐振器的直径分别为 296.7, 96.0,53.7,10.3 μm, PTT 支撑线的直径分别为 11.3,8.6,2.1,1.5 μm。长轴与短轴的比例分别为 0.48,0.40,0.42,0.36。图 9 为一个二级级联橄榄 球形微型谐振器的 SEM 图。两个橄榄球形微型谐振器的直径分别为 91.2 μm 和 88.2 μm,相互间隔为 176.5 μm,支撑线直径为 8.7 μm。由 SEM 图可 以发现,越粗的支撑线可以得到直径越大的橄榄球 形谐振器。这是由于在从 PVP 溶液提拉得到橄榄 球形谐振器的过程中,越粗的支撑线与溶液接触面 积越大,可以黏附更多的 PVP,从而得到了更大直 径的橄榄球形谐振器。



图 5 二级级联的橄榄球微型谐振器的光学照片, 放大倍数 350×

Fig. 5 Optical microscope images (at the magnification of $350 \times$) of two cascaded rugby-shape optical micro-resonators



图 6 直径为 146 μm 橄榄球形微型谐振器光学照片 Fig. 6 Optical microscope image of a 146-μm-diameter rugby-shape optical micro-resonator



图 7 形成橄榄球状液滴的力学原理示意图 Fig. 7 Schematic for the mechanical process of the formation of rugby-shape drops



图 8 橄榄球形微型谐振器的 SEM 图 Fig. 8 SEM images of the rugby-shape optical micro-resonators



图 9 二级级联的橄榄球微型谐振器 SEM 图 Fig. 9 SEM image of two cascaded rugby-shape optical micro-resonators

4 测试分析

先将 PTT 支撑线两端固定在两个支撑臂上使 橄榄球形微谐振器悬空。接着采用火焰法拉制一根 直径为 1.7 μ m 的光纤并将其固定在三维调节架 上,然后将光纤缓慢移动并垂直靠在橄榄球形微型 谐振器的最大直径处,在"赤道"平面进行光学性能 测试^[22]。图 10 为橄榄球形微谐振器光学性能测试 的示意图。图 11 是将波长为 532 nm 的绿光耦合到 直径为 94.7 μ m 的橄榄球形微谐振器的谐振图片, 图 12 是将波长为 671 nm 的红光耦合到直径为 68.3 μ m的橄榄球形微谐振器的图片。可以看出, 波长为 532 nm 的绿光和波长为 671 nm 的红光均 很好地耦合进入橄榄球形微谐振器。









- 图 11 通入波长为 532 nm 的绿光橄榄球形微谐振器 的光学照片
- Fig. 11 Optical microscope image of the rugby-shape optical micro-resonator with a coupled green light of 532 nm



图 12 通入波长为 671 nm 的红光橄榄球形微谐振器 的光学照片

Fig. 12 Optical microscope image of the rugby-shape optical micro-resonator with a coupled red light of 671 nm

94.7 μ m的橄榄球形微谐振器进行了连续光谱扫 描。实验中,光纤一端连接波长为1549~1552 nm 的连续光源(TSL-210F/Santec),另一端接在光谱 分析仪(MS9710C/Auritsu)上记录橄榄球形微谐振 器的传输光谱。图 13 是所测得的传输光谱曲线,可 以看出,在波长为1549.32,1549.64,1550.13, 1550.52,1551.04 nm 处均出现明显的光谱吸收。 吸收峰之间的距离分别为0.32,0.49,0.39, 0.52 nm。吸收峰的存在表明,在这些对应的输入 波长下,光纤输出的光功率明显下降,其原因是当输 入光信号传输到耦合区域时,入射光频率等于橄榄 球形微谐振器回音壁模式的本征频率,光纤中光信 号几乎最大限度地耦合进入橄榄球形微腔。此时, 微腔体处于光学谐振状态,光纤输出端光功率强度 显著下降,从而在吸收光谱曲线中存在一个吸收峰。 图 14 为对应波长 1550.13 nm 和 1551.04 nm 处吸 收峰的洛伦兹函数拟合。红色曲线是对实验数据 (黑色曲线)做了洛伦兹函数拟合而得到的拟合曲线 (彩色图见电子版)。经计算得到其品质因子值分别 为 1.05×10⁵ 和 7.76×10⁴。



- 图 13 直径为 94.7 μm 橄榄球形微谐振器在 1550 nm 波长附近的传输谐振光谱曲线
- Fig. 13 Transmission spectrum of 94. 7-µm-diameter rugbyshape optical micro-resonator at wavelengths around 1550 nm



图 14 在 1550.13 nm 和 1551.04 nm 处,对吸收峰进行洛仑兹函数拟合分析图 Fig. 14 Lorentz-function fitting of the absorption peeks at wavelengths of 1550.13 nm and 1551.94 nm

5 结 论

采用直接拉制法得到了直径为 1~15 μ m 的 PTT 聚合物微米线,从具有生物相容性的 PVP 材 料水溶液中通过简单的提拉方法制备了直径为10~ 300 μ m 的橄榄球形微谐振器。对直径分别为 94.7 μ m和 68.3 μ m 的橄榄球形微谐振器进行了光 耦合实验,发现波长为 532 nm 的绿光和波长为 671 nm的红光均很好地耦合进入橄榄球形微型谐 振器。利用 1549~1552 nm 的连续光源对直径为 94.7 μ m 的橄榄球形微谐振器进行了光学性能测 试,发现了明显的回音壁模式吸收峰,通过洛伦兹函 数拟合的方法计算得到其品质因子达到 1.05× 10⁵。

🗞 考 文 献

 $1 \mbox{ J. I.}$ Peterson, G. G. Vurek. Fiber-optic sensors for biomedical

applications[J]. Science, 1984, 224(4645): 123~127

- 2 V. S. Y. Lin, K. Motesharei, K. P. S. Dancil *et al.*. A porous silicon-based optical interferometric biosensor[J]. *Science*, 1997, 278(5339): 840~843
- 3 C. H. Contag, B. D. Ross. It's not just about anatomy: in vivo bioluminescence imaging as an eyepiece into biology [J]. J. Magn. Reson. Imaging, 2002, 16(4): 378~387
- 4 J. G. Fujimoto. Optical coherence tomography for ultrahigh resolution in vivo imaging[J]. Nat. Biotechnol., 2003, 21(11): 1361~1367
- 5 J. G. Fujimoto, C. Pitris, S. A. Boppart *et al.*. Optical coherence tomography: an emerging technology for biomedical imaging and optical biopsy[J]. *Neoplasia*, 2000, **2**(1-2): 9~25
- 6 A. D. Zacharopoulos, P. Svenmarker, J. Axelsson *et al.*. A matrix-free algorithm for multiple wavelength fluorescence tomography[J]. *Opt. Express*, 2009, **17**(5): 3042~3051
- 7 R. Ma, A. Taruttis, V. Ntziachristos *et al.*. Multispectral optoacoustic tomography (MSOT) scanner for whole—body small animal imaging[J]. *Opt. Express*, 2009, **17**(24): 21414~21426
- 8 J. L. West, N. J. Halas. Engineered nanomaterials for biophotonics applications: improving sensing, imaging, and therapeutics [J]. Annu. Rev. Biomed. Engng., 2003, 5: 285~292

- 9 K. J. Vahala. Optical microcavities [J]. Nature, 2003, 424(6950): 839~846
- 10 A. M. Armani. Label-free, single-molecule detection with optical microcavities[J]. Science, 2007, 334(6062): 783~787
- 11 M. L. Gorodetsky, A. A. Savchenkov, V. S. Ilchenko. Ultimate Q of optical microsphere resonators [J]. Opt. Lett., 1996, 21(7): 453~455
- 12 Y. Louyer, D. Meschede, A. Rauschenbeutel. Tunable whispering-gallery-mode resonators for cavity quantum electrodynamics[J]. *Phys. Rev. A*, 2005, **72**(3): 031801
- 13 V. B. Braginsky, M. L. Gorodetskya, V. S. Ilchenko. Qualityfactor and nonlinear properties of optical whispering-gallery modes[J]. *Phys. Lett. A*, 1989, **137**(7-8): 393~397
- 14 Yan Yingzhan, Ji Zhe, Wang Baohua *et al.*. Evanescent wave excitation of microsphere high-Q model using tapered fiber[J]. *Chinese J. Lasers*, 2010, **37**(7): 1789~1793
 严英占,吉 喆,王宝花等. 锥形光纤倏逝场激发微球腔高 Q 模式[J]. 中国激光, 2010, **37**(7): 1789~1793
- 15 Wang Jiaxian, Li Junjie, Wu Wenguang *et al.*. Coupled-mode characteristics of coupled-microdisks and single microdisk cavity with an output waveguide [J]. *Acta Optica Sinica*, 2011, **31**(1): 81~86 王加贤,李俊杰,吴文广等. 耦合微盘及带输出波导的单微盘腔 的耦合模式特性[J]. 光学学报, 2011, **31**(1): 81~86
- 16 Jiang Nan, Du Fei, Bai Ran et al.. Factor of influencing pumping threshold energy of whispering-gallery-mode laser in a cylindrical micro-cavity[J]. Chinese J. Lasers, 2008, 35(5): 660~663
 江 楠, 杜 飞, 白 然等. 影响柱形微腔回音廊膜激光抽运阀 值能量的因素[J]. 中国激光, 2008, 35(5): 660~663
- 17 M. Sumetsky, Y. Dulashko, R. S. Windeler. Optical microbubble resonator[J]. Opt. Lett., 2010, 35(7): 898~900

- 18 M. Sumetsky. Whispering-gallery-bottle microcavities: the three-dimensional etalon[J]. Opt. Lett., 2004, 29(1): 8~10
- 19 G. S. Murugan, J. S. Wilkinson, M. N. Zervas. Selective excitation of whispering gallery modes in a novel bottle microresonator[J]. Opt. Express, 2009, 17(14): 11916~11925
- 20 G. Kakaranzas, T. E. Dimmick, T. A. Birks *et al.*. Miniature all-fiber devices based on CO₂ laser micro structuring of tapered fibers[J]. Opt. Lett., 2001, 26(15): 1137~1139
- 21 M. L. Gorodetsky, A. E. Fomin. Geometrical theory of whispering-gallery modes [J]. IEEE J. Sel. Top. Quantum Electron., 2006, 12(1): 33~39
- 22 M. N. Zervas, G. S. Murugan, J. S. Wilkinson. Demonstration of novel high-Q fibre WGM "Bottle" microresonators[C]. IEEE Proc. 10th Anniversary International Conference on Transparent Optical Networks, 2008. 58~60
- 23 J. M. Rosiak, J. Olejniczak. Medical applications of radiation formed hydrogels[J]. *Radiat. Phys. Chem.*, 1993, 42 (4-6): 903~906
- 24 O. Z. Higa, S. O. Rogero, L. D. B. Machado *et al.*. Biocompatibility study for PVP wound dressing obtained in different conditions[J]. *Radiat. Phys. Chem.*, 1999, 55(5-6): 705~707
- 25 X. B. Xing, Y. Q. Wang, B. J. Li. Nanofibers drawing and nanodevices assembly in poly (trimethylene terephthalate) [J]. *Opt. Express*, 2008, 16(14): 10815~10822
- 26 R. Tadmor. Line energy and the relation between advancing, receding, and young contact angles [J]. Langmuir, 2004, 20(18): 7659~7664

栏目编辑: 韩 峰