# 基于光栅结构太赫兹谐振器的醇水混合液检测

王鹏騛1,何明霞1\*,田震1,赵红卫2

<sup>1</sup>天津大学精密仪器与光电子工程学院,天津 300072; <sup>2</sup>中国科学院上海应用物理研究所,上海 201800

**摘要** 利用基于柔性衬底的谐振器透射式太赫兹时域光谱(THz-TDS)系统,对不同体积分数的乙醇-水混合液进 行检测。随着乙醇体积分数增加,谐振频率出现蓝移,第二谐振峰的偏移量大于第一谐振峰的偏移量,最大偏移量 达到52 GHz,灵敏度约为 100 GHz/RIU。由于谐振器的柔性和极低的样品消耗(约 20 μL),这种方法使 THz-TDS 和太赫兹谐振器在生物领域的应用成为可能。

关键词 太赫兹技术;太赫兹光谱;表面等离激元;谐振器;介电常数;灵敏度
 中图分类号 O433.4
 文献标识码 A
 doi: 10.3788/CJL201946.0614015

# Detection of Alcohol-Water Mixture Based on Grating-Structured Terahertz Resonator

Wang Pengfei<sup>1</sup>, He Mingxia<sup>1\*</sup>, Tian Zhen<sup>1</sup>, Zhao Hongwei<sup>2</sup>

<sup>1</sup>School of Precision Instruments and Opto-Electronics Engineering, Tianjin University, Tianjin 300072, China; <sup>2</sup>Shanghai Institute of Applied Physics, Chinese Academy of Science, Shanghai 201800, China

Abstract A flexible metamaterial-based resonator was used to monitor the alcohol-water mixtures with different volume fractions using the terahertz time-domain spectroscopy (THz-TDS) in a transmission geometry. As the volume fraction of alcohol increases, the resonant frequencies of the biosensor blue-shift. The frequency shift of the second peak is higher than that of the first peak, the maximum shift value is 52 GHz, and the sensitivity is around 100 GHz/RIU. The developed resonator is flexible and has extremely low solution consumption ( $\approx 20 \ \mu$ L), indicating the proposed method shows possibility for the applicability of THz-TDS and the industrial application of THz resonators in the field of biology.

Key words terahertz technology; terahertz spectroscopy; surface plasmon; resonator; dielectric constant; sensitivity

**OCIS codes** 300.6495; 240.6680; 230.5750

## 1 引 言

目前,太赫兹时域光谱(THz-TDS)技术已被 广泛应用于生物检测领域,如药物检测<sup>[1-2]</sup>、癌症 诊断<sup>[3-4]</sup>和医学成像<sup>[5-7]</sup>等。然而在研究溶液样品 时,水的存在带来了巨大挑战:不仅使有效光谱范 围变窄,而且将样品信息掩盖在水的强吸收背景 中,为太赫兹光谱解释带来了困难<sup>[8-10]</sup>。为了避免 太赫兹波在穿透水层时的高能量损失,反射式 THz-TDS系统被应用于溶液样品的研究中<sup>[11]</sup>。 为了使相位变化最小,反射式 THz-TDS 系统必须 满足反射镜表面与样品放置在同一水平面上这一 条件,这就给系统搭建带来了一定难度。为了简 化实验系统,本课题组采用透射式 THz-TDS 系 统;同时,为了提高溶液测量的灵敏度,在实验中 引入了基于亚波长微结构的传感器。传感器的谐 振峰可以作为"指针",用来表征被测样品的介电 特性。选择不同比例的水-乙醇混合溶液作为被测 样品,对传感器的灵敏度进行验证,为将传感器应 用于生物检测领域提供参考。

收稿日期: 2019-01-30; 修回日期: 2019-02-17; 录用日期: 2019-03-04

基金项目: 国家自然科学基金(61675151)

<sup>\*</sup> E-mail: hhmmxx@tju.edu.cn

### 2 基本原理

#### 2.1 **表面等离激元**

表面等离激元(SP)是指沿着导电材料(例如金

属)表面传播的波。表面等离激元共振(SPR)是金属-电介质界面自由电荷的集体振荡,如图1(a)所示,它来自于表面自由电子与电磁场(光场)之间的相互作用<sup>[12]</sup>,沿着金属-电介质界面传播。



图 1 表面等离激元效应示意图。(a)表面电荷产生需要的垂直于表面的电场; (b)垂直方向上的电场是距离的函数;(c) SP 与人射光之间的动量不匹配

Fig. 1 Schematic of surface plasmon. (a) Electric field normal to surface required for charge generation;

(b) vertical electric field as function of distance; (c) momentum mismatch between SP and incident light

表面电荷与电磁场之间的相互作用会产生两个 结果。第一个结果是关于电场的传播特性。垂直于 表面的场强度随表面距离增大呈指数衰减,这也被 称为倏逝场。这是由于 SP 的非辐射性质将能量限 制在了金属-电介质界面,如图 1(b)所示。

第二个结果是表面电荷与电磁场之间的相互作 用导致 SP 模式的动量  $\hbar k_{sp}(\hbar$  为约化普朗克常量,  $k_{sp}$ 为 SP 波矢量),这一动量大于相同频率的自由空 间光子的动量,如图 1(c)所示。 $k_0$  是自由空间波 矢。将适当的边界条件代入麦克斯韦方程,与频率 相关的 SP 波矢量  $k_{sp}$ 可以写成

$$\boldsymbol{k}_{\rm sp} = \boldsymbol{k}_{\rm o} \sqrt{\frac{\boldsymbol{\varepsilon}_{\rm m} \boldsymbol{\varepsilon}_{\rm d}}{\boldsymbol{\varepsilon}_{\rm m} + \boldsymbol{\varepsilon}_{\rm d}}}, \qquad (1)$$

式中: ε<sub>m</sub>和 ε<sub>d</sub>分别为金属和电介质的介电常数。 动量的增加和 SP 与表面的结合有关,因此如果使 用光来生成 SP,则必须补偿 SP 与相同频率的自由 空间光之间的动量不匹配。

#### 2.2 亚波长微结构的设计与加工

将自由空间光转换为 SP 模式的一种适宜的方 法是将金属修饰为周期性亚波长阵列,这种方法被 广泛应用于太赫兹器件的设计和加工中<sup>[13-15]</sup>。电磁 场垂直入射时,谐振波长可以表示为<sup>[16]</sup>

$$\lambda_{\rm sp} = \Lambda_{\sqrt{\frac{\varepsilon_{\rm m}\varepsilon_{\rm d}}{\varepsilon_{\rm m} + \varepsilon_{\rm d}}}}, \qquad (2)$$

式中:Λ 为与亚波长结构有关的参数,它为设计结构 提供了高度的灵活性。

周期排列的亚波长结构可以通过传统光刻和真

空热蒸镀工艺在衬底上实现。先将硅基底清洗干 净,在硅基底上先旋涂聚酰亚胺(PI)层并进行烘烤, 得到 PI 固体薄膜层;然后用甩胶机将正光胶 S-1813 旋涂到 PI 薄膜上,在烤箱中烘烤 90 s;再利用紫外 光和接触式掩膜进行曝光,之后进行 1 min 显影,此 时,在 PI 薄膜上就可以得到有结构的正光胶层;接 着,在 1.33×10<sup>-3</sup> Pa 的真空环境中,将 200 nm 厚 的铝膜蒸镀在基底上,蒸镀速率约为 10 nm/s;最后 经剥离后就得到完整的 PI 衬底亚波长周期结构。

依照上述流程,加工得到亚波长周期金属光栅, 周期为 77 μm。其中缝宽为 33 μm,铝金属条宽度 为 44 μm,如图 2 所示,其中电介质厚度 L = 20 μm, 铝金属条厚度 D = 200 nm。对于这种结构,反常透 射是由两种因素造成的:一是入射太赫兹波与波导 的共振激发表面等离极化激元(SPP),引起太赫兹 波的透过率减小;二是金属光栅上下表面的 SPP 耦 合可以提高太赫兹波的透过率<sup>[17]</sup>。

在太赫兹体系中,金属的介电常数 ε<sub>m</sub> 比电介质 的介电常数 ε<sub>d</sub> 大几个数量级,因此λ<sub>sp</sub>可以认为是 电介质介电常数 ε<sub>d</sub> 的函数,这也意味着它对周围材 料介电性能的变化敏感。SPP 的共振频率可以用垂 直入射下的色散关系描述如下:

$$f_{\rm SPP} = \frac{c_0 m}{L'} \sqrt{\frac{\varepsilon_{\rm m} + \varepsilon_{\rm d}}{\varepsilon_{\rm m} \varepsilon_{\rm d}}} \approx \frac{c_0 m}{L \sqrt{\varepsilon_{\rm d}}}, \qquad (3)$$

式中:*c*<sub>0</sub>为光速;*L*<sup>1</sup>和 *m* 分别为光栅间距和正整数。 介质的折射率 *n*<sub>d</sub>和介电常数 ε<sub>d</sub>满足以下关系:

$$n_{\rm d} = \sqrt{\varepsilon_{\rm d}} \, . \tag{4}$$



图 2 光栅结构。(a)周期性光栅结构的光学图像;(b)具有几何参数的金属光栅示意图 Fig. 2 Grating structure. (a) Optical image of periodic grating structure; (b) schematic of metallic

grating with geometric parameters

结合(3)式和(4)式可以看出,传感器的谐振频 率与电介质介电常数的平方根,即电介质的折射率 成反比。因此,通过传感器谐振频率的变化,可以推 导出电介质介电特性的变化规律。

3 样品准备与实验系统

#### 3.1 样品准备

无水乙醇购于国药集团化学试剂有限公司。在 实验室中配制了6个不同体积分数的乙醇-水混合 液样品,样品中乙醇的体积分数分别为0%、20%、 40%、60%、80%、100%。在样品配制过程中,所有 用到的离心管均先用无水乙醇清洗,并在60℃的真 空干燥箱中进行干燥处理,以排除灰尘等杂质对实 验的影响。

#### 3.2 实验系统

本实验所采用的 THz-TDS 系统为商用 TAS7400TS 系统(日本 Advantest 公司),系统示意 图如图 3 所示。

系统采用透射式模块,在太赫兹波垂直入射样品的条件下使用,空扫时的动态频率范围为 0.5~ 5.0 THz,频率分辨率为 1.9 GHz,信噪比为 60 dB。 基于异步采样原理,电控双激光器在时间尺度上放 大了超快瞬态信号的时间过程,将一次扫描测量时 间缩短至数百毫秒<sup>[18]</sup>。因此,为了减小系统噪声对 测量带来的误差,对于每个样品,每次测量结果均为 1024 次扫描后的平均值。



图 3 TAS7400TS THz-TDS 系统示意图 Fig. 3 Schematic of TAS7400TS THz-TDS system

### 4 实验结果与讨论

所有的溶液样品都在 TAS7400TS THz-TDS 系 统中进行测量,其有效频率的上限可达 4.2 THz。必须指出的是,由于传感器的衬底为聚酰亚胺,传感器

的柔性可能会导致样品厚度发生变化,从而在谐振频 率变化量的研究中引入误差。为了使这种影响最小 化,对于每个样品,至少重复测量三遍,且在不同时间 重复进行三次。通过截去时域上太赫兹脉冲的反射 峰,并进行傅里叶变换和 25 点 Savitzky-Golay 平滑处 理,得到较为平滑的吸收系数曲线。

Savitzky-Golay 滤波方法是一种卷积拟合算 法,可以应用于对一组数据点的平滑,在增加信噪比 的同时不会大幅扭曲信号,具有更稳定、误差更小的 平滑去噪效果。具体来说,25 点 Savitzky-Golay 平 滑选择每25个连续相邻的数据点,通过线性最小二 乘法,用低阶多项式拟合得到平滑曲线。相比于其 他滤波算法, Savitzky-Golay 方法的一大优势是能 够保留极值特征。由于主要关注谐振峰的位置信 息,因此 Savitzky-Golay 方法可以最大程度地保留 谐振峰处的谱线形状。通过比较 5 点、15 点和 25 点 Savitzky-Golay 平滑的结果可以发现, 仅存在谱 线信噪比的差异,谐振峰位置在可达到的频域分辨 率范围内保持不变。为了得到更高的信噪比,最终 选择对频域数据进行 25 点 Savitzky-Golay 平滑。 在对数据进行处理时,将与吸收系数最大值点所对 应的频率视为谐振频率。

首先,使用传感器对纯水样品进行检测,结果如 图 4 所示。两个谐振峰分别位于 2.67 THz 和 3.85 THz处。使用基于 Debye 模型<sup>[19]</sup>的双蒸水的 介电参数,在 CST Microwave Studio 软件中进行模 拟,模拟结果如图 4 所示。由图 4 可知,模拟结果与 实验数据吻合良好。

根据麦克斯韦方程组和微扰理论,结合电场能 量密度和磁场能量密度的等价性可知,谐振频率的 相对位移为<sup>[20]</sup>



式中: $\Delta \omega$  为谐振中心角频率的变化; $\omega_0$  为谐振中心角 频率; $E_0$ 、 $H_0$ 分别为传感器中的电场强度和磁场强 度; $\varepsilon$  为介电常数;v 为体积; $v_0$  为有效积分体积; $\Delta \varepsilon$ 为介电常数的变化; $\Delta \mu$  为磁导率的变化。基于乙醇-水混合液的非磁性, $\Delta \mu$  不予考虑。对于具有多个谐 振频率的系统,频移  $\Delta f$  与中心频率  $f_0$  成正比。

在此基础上,使用相同的方法对不同体积分数的 乙醇-水混合液进行了检测,谐振峰位置如图 5 所示。





使用该传感器测量了不同体积分数乙醇-水混 合液的吸收系数。图5 绘制了每个样品9 次测量的 平均曲线。乙醇体积分数的增加带来了两个明显的 结果。从吸收系数上来说,随着乙醇体积分数增大, 吸收系数呈现递减的趋势。值得注意的是,100%乙 醇样品的吸收系数明显小于其他样品,这是由于在

太赫兹波段,水的吸收明显大于乙醇的吸收。当样 品中的含水量达到一定比例后,样品吸收主要来自 于水的贡献。这也是区分不同高含水量样品(如生 物样品)十分困难的重要原因。此外,随着乙醇体积 分数增大,谐振峰谐振频率出现蓝移(向高频方向偏 移)。谐振峰1的谐振频率从2.6741 THz偏移到 2.7194 THz,谐振峰 2 的谐振频率从 3.8471 THz 偏移到 3.8991 THz。依据(3)式,频率蓝移可以认 为是传感器周围环境,即溶液样品介电常数减小造 成的。

为了得到不同样品的介电特性,首先用 100 μm 厚的标准石英池(Hellma Analytics 公司)测量了在 不加传感器的条件下,不同体积分数乙醇-水混合液 的介电常数。将约 20 μL 的乙醇-水混合液样品滴 入 100 μm 厚的开槽石英片中,利用溶液的表面张 力吸附平石英片,同时保证样品槽内不存在气泡。 通过磁铁提供额外的压力,以确保样品厚度不变且 密封严密。空比色皿信号被选作参考信号。在 293 K、正常大气压下进行测量,以消除温度和压力 对介电常数带来的影响<sup>[21]</sup>。溶液样品的介电常数 曲线和折射率曲线绘制在图 6 中,可见,介电常数和 折射率均随着乙醇体积分数的增加而递减,这与谐 振峰蓝移的原因相对应。

从图 6(b)可以看到,水的折射率约为 2.00,乙 醇的折射率约为 1.50,折射率的变化为 0.50。与之 对应,传感器谐振峰的变化分别为 45.3 GHz(谐振 峰 1)和 53.0 GHz(谐振峰 2),因此该传感器的灵敏 度约为 100 GHz/RIU,即折射率每变化 1 个单位 (1 RIU),传感器谐振峰的偏移量约为 100 GHz。

进一步研究谐振频率偏移随体积分数变化的规 律。对于每个样品,通过对 9 个测量光谱的平均来 提取共振频率。平均共振频率在图 7 中作为乙醇体 积分数的函数进行绘制。误差棒是 9 个测量光谱的 标准差。



图 6 不同体积分数乙醇-水混合液的物理参数。(a)介电常数;(b)折射率 Fig. 6 Physical parameters of alcohol-water mixtures with different volume fractions. (a) Dielectric constant; (b) refractive index



图 7 传感器谐振频率与乙醇体积分数之间的关系。(a)谐振峰 1;(b)谐振峰 2

Fig. 7 Relationship between resonant frequency of sensor and volume fraction of alcohol. (a) Peak 1; (b) peak 2

总的来说,谐振峰 1 和谐振峰 2 的谐振频率随着乙醇体积分数的增加而增大。对该变化趋势进行 线性拟合,拟合曲线函数见表 1,其中:*c* 为乙醇的体 积分数(%);*f* 谐振频率(THz);*R*<sup>2</sup>为决定系数,用 于评价线性回归曲线对离散点的拟合效果,*R*<sup>2</sup>值越 接近于 1,拟合效果越好。

THz-TDS 系统具有很高的频域分辨率 (1.9 GHz),这使观察谐振峰的细微频移成为可能。

表1 线性拟合曲线的函数和 R<sup>2</sup>值

Table 1 Functions and  $R^2$  values of linearly fitted curves

Resonant peak	Function of fitted curve	$R^{2}$
1	f = 2.67706 + 0.000415c	0.942
2	$f = 3.84403 \pm 0.000531c$	0.969

谐振峰1的蓝移为45.3 GHz, 拟合直线的斜率为 0.000415,谐振峰2的蓝移为52 GHz, 拟合直线的 斜率为0.000531。通过比较可以看出,谐振峰2的 频移比谐振峰1更大,这与(5)式一致。因此,这种 基于微结构的传感器有望发展成为检测乙醇含量的 无标记检测工具。

#### 5 结 论

本课题组将一种柔性的、基于周期性光栅金属 微结构的传感器用于检测不同体积分数的乙醇-水 混合液,通过传感器谐振峰的偏移来表征样品的介 电特性。该传感器需要的样品量很少(约 20 µL), 并且对周围介电环境具有良好的灵敏度(约 100 GHz/RIU)。研究结果表明:该传感器具有被 开发为廉价、无标记、高灵敏度的介电常数检测工具 的潜力和可行性。这为其应用于昂贵的生物材料的 检测奠定了基础。

#### 参考文献

- [1] Strachan C J, Taday P F, Newnham D A, et al. Using terahertz pulsed spectroscopy to quantify pharmaceutical polymorphism and crystallinity [J]. Journal of Pharmaceutical Sciences, 2005, 94 (4): 837-846.
- [2] Zeitler J A, Taday P F, Newnham D A, et al. Terahertz pulsed spectroscopy and imaging in the pharmaceutical setting: a review [J]. Journal of Pharmacy and Pharmacology, 2007, 59 (2): 209-223.
- [3] Oh S J, Huh Y M, Suh J S, et al. Cancer diagnosis by terahertz molecular imaging technique[J]. Journal of Infrared, Millimeter, and Terahertz Waves, 2012, 33(1): 74-81.
- [4] Eadie L H, Reid C B, Fitzgerald A J, et al. Optimizing multi-dimensional terahertz imaging analysis for colon cancer diagnosis [J]. Expert Systems with Applications, 2013, 40 (6): 2043-2050.
- [5] Han P Y, Cho G C, Zhang X C. Time-domain transillumination of biological tissues with terahertz pulses[J]. Optics Letters, 2000, 25(4): 242-244.
- [6] Hoshina H, Hayashi A, Miyoshi N, et al. Terahertz pulsed imaging of frozen biological tissues [J]. Applied Physics Letters, 2009, 94(12): 123901.
- [7] Ferguson B, Wang S, Gray D, et al. Identification of biological tissue using chirped probe THz imaging
   [J]. Microelectronics Journal, 2002, 33(12): 1043-1051.
- [8] Turton D A, Senn H M, Harwood T, et al. Terahertz underdamped vibrational motion governs protein-ligand binding in solution [J]. Nature

Communications, 2014, 5: 3999.

- [9] Xu Y, Havenith M. Perspective: watching lowfrequency vibrations of water in biomolecular recognition by THz spectroscopy[J]. The Journal of Chemical Physics, 2015, 143(17): 170901.
- [10] Arikawa T, Nagai M, Tanaka K. Characterizing hydration state in solution using terahertz timedomain attenuated total reflection spectroscopy [J]. Chemical Physics Letters, 2008, 457(1/2/3): 12-17.
- [11] Thrane L, Jacobsen R H, Uhd Jepsen P, et al. THz reflection spectroscopy of liquid water [J]. Chemical Physics Letters, 1995, 240(4): 330-333.
- [12] Barnes W L, Dereux A, Ebbesen T W. Surface plasmon subwavelength optics [J]. Nature, 2003, 424(6950): 824-830.
- [13] Sun H H, Yan F P, Tan S Y, et al. Simulation analysis on design of permeability-near-zero terahertz metamaterials[J]. Chinese Journal of Lasers, 2018, 45(6): 0614001.
  孙慧慧,延凤平,谭思宇,等.磁导率近零太赫兹超 材料设计的仿真分析[J].中国激光, 2018, 45(6): 0614001.
- [14] Wang J L, Zhang B Z, Duan J P, et al. Flexible dual-stopband terahertz metamaterial filter[J]. Acta Optica Sinica, 2017, 37(10): 1016001.
  王俊林,张斌珍,段俊萍,等.柔性双阻带太赫兹超 材料滤波器[J].光学学报, 2017, 37(10): 1016001.
- [15] Cao J G, Zhou Y X. Polarization modulation of terahertz wave by graphene metamaterial with grating structure [J]. Laser & Optoelectronics Progress, 2018, 55(9): 092501.
  曹建国,周译玄. 栅状结构石墨烯超材料的太赫兹波偏振调制[J].激光与光电子学进展, 2018, 55(9): 092501.
- [16] Luo X G, Ishihara T. Surface plasmon resonant interference nanolithography technique [J]. Applied Physics Letters, 2004, 84(23): 4780-4782.
- [17] Li D, Shu S W, Li F F, et al. Anomalous transmission of terahertz wave through onedimensional lamellar metallic grating [J]. Optics Communications, 2011, 284(10/11): 2415-2419.
- [18] Yasui T, Saneyoshi E, Araki T. Asynchronous optical sampling terahertz time-domain spectroscopy for ultrahigh spectral resolution and rapid data acquisition[J]. Applied Physics Letters, 2005, 87 (6): 061101.
- [19] Jepsen P U, Møller U, Merbold H. Investigation of aqueous alcohol and sugar solutions with reflection terahertz time-domain spectroscopy [J]. Optics Express, 2007, 15(22): 14717-14737.
- [20] Zhang C H, Liang L J, Ding L, et al. Label-free

measurements on cell apoptosis using a terahertz metamaterial-based biosensor [J]. Applied Physics Letters, 2016, 108(24): 241105.

[21] Tan C Y, Huang Y X. Dependence of refractive

index on concentration and temperature in electrolyte solution, polar solution, nonpolar solution, and protein solution [J]. Journal of Chemical &. Engineering Data, 2015, 60(10): 2827-2833.