# 基于虚像相位阵列共焦布里渊光谱技术的弹性模量测量

徐 孟1,牛海莎1,祝连庆1\*,宁 莹2

(1. 北京信息科技大学仪器科学与光电工程学院,北京100192;

2. 北京理工大学 光电学院 精密光电测试仪器及技术北京市重点实验室, 北京 100081)

摘 要: 生物组织和材料的弹性模量是决定其力学性能的关键因素,对生物医学和材料监测等领域至 关重要。提出了一种基于虚像相位阵列的弹性模量测量方法,虚像相位阵列与共聚焦显微系统相结 合,能够快速获得生物组织和材料的布里渊光谱频移,从而计算得到其弹性模量。首先,理论上分析了 材料的弹性模量和布里渊光谱频移之间的关系;然后,介绍了虚像相位阵列的原理及系统的各组成部 分;最后,对样品材料进行光谱测试,分别测得了聚乙烯、二氧化硅玻璃和聚甲基丙烯酸甲酯 (PMMA)的光谱,求得纵向弹性模量 M 分别为 7.23 GPa、83.4 GPa 和 8.92 GPa,并且测得了 PMMA 的 布里渊光谱图像。结果表明:虚像相位阵列与衍射光栅级联使用,能够改善标准具的级次重叠现象,提 高布里渊光谱的分辨率和采集速率,该系统设计的激光和背向散色光抑制模块,显著提高了布里渊信 号的对比度,在材料特性、结构监测和生物医学等方面具有重要意义。

关键词:弹性模量; 虚像相位阵列; 共焦布里渊; 光谱频移 中图分类号: TH741 文献标志码: A DOI: 10.3788/IRLA20200265

# Elastic modulus measurement based on virtual image phase array confocal Brillouin spectroscopy technology

Xu Meng<sup>1</sup>, Niu Haisha<sup>1</sup>, Zhu Lianqing<sup>1\*</sup>, Ning Ying<sup>2</sup>

 (1. Institute of Instrument Science and Photoelectric Engineering, Beijing Information Science and Technology University, Beijing 100192, China;
2. Beijing Key Lab for Precision Optoelectronic Measurement Instrument and Technology, School of Optoelectronics,

Beijing Institute of Technology, Beijing 100081, China)

**Abstract:** The elastic modulus of biological tissues and materials is the key factor to determine their mechanical properties, which is very important for biomedicine and material monitoring. A method for measuring elastic modulus based on virtual image phase array was proposed. Combining virtual image phase array with confocal microscopy system, the Brillouin spectrum frequency shift of biological tissues and materials could be obtained quickly, and then the elastic modulus could be calculated. Firstly, the relationship between the elastic modulus and Brillouin spectrum frequency shift was analyzed theoretically; Then, the principle of the virtual image phase array and the components of the system were introduced; Finally, the spectrum test of the sample material was performed, and the spectra of polyethylene, silica glass, and polymethyl methacrylate (PMMA) were measured, the longitudinal elastic modulus *M* was calculated to be 7.23 GPa, 83.4 GPa and 8.92 GPa, respectively, and the Brillouin spectral image of PMMA was measured. The results show that the cascade use of the virtual image phase array and the diffraction grating can improve the order overlap phenomenon of the etalon, and increase the

resolution and acquisition rate of the Brillouin spectrum. The laser and backscattering light suppression module designed by this system can significantly improve the contrast of the Brillouin signal which is of great significance in material properties, structure monitoring and biomedicine.

Key words: elastic modulus; virtual image phase array; confocal Brillouin; spectral frequency shift

# 0 引 言

弹性是物质材料的基本物理性质,在生物医学及 材料等研究中发挥着不可替代的作用,尤其在疾病诊 断中,人体组织的弹性信息起到至关重要的作用。生 物组织的不同分子及其在人体组织中的组织形式决 定了它的弹性和硬度<sup>[1-2]</sup>。在人体组织中,不同形式 的解剖结构弹性会有差异。一般情况下,正常组织之 间的弹性有微小的差别,比如,在正常的乳房组织中, 乳房组织的硬度要小于纤维组织的硬度,而又略大于 脂肪组织。然而,对于部分特别的正常组织来说,其 与变异组织的弹性差异比较明显,如肝转移癌、乳腺 硬结癌等恶性病变通常以硬结节[3]的形式出现。乳 腺硬结癌是最常见的乳腺癌,由于基体密度增加,呈 现出致密的块状物。此外,其他一些病变也会改变组 织的弹性系数,如肝纤维化、胶原沉积等疾病。肝活 检是判断病人的肝脏组织是否纤维化的重要手段[4], 由于肝活检是一种侵入性的检测方法,且肝纤维化是 随机分布的,这不仅降低了测量结果的准确性,而且 可重复性也很差,另外,肝活检的费用很高,普通病人 很难承担。一般的医学检测方式,如X射线成像<sup>[5]</sup>、 计算机断层扫描 (CT)<sup>[6]</sup>、磁共振 (MRI)<sup>[7]</sup> 以及超声成 像 (USI)<sup>[8]</sup>, 无法直接提供组织的基本弹性信息。因 此,研究一种能够无创、无标记、不接触、准确测量生 物组织弹性模量的技术<sup>[9]</sup>,预期可在未来的癌症、活 体眼组织的表征和其他医学疾病的临床诊断中发挥 重要作用。

目前,弹性成像和光声成像是获取生物组织弹性 信息的常用方法。弹性成像技术获得的弹性信息的 信噪比及对比度较低,无法提供可靠的病变边界信 息<sup>[10]</sup>。相比之下,最新发展起来的布里渊光谱散射技 术是一种光声成像技术,不仅分辨率高、无标记,而且 是三维成像、不接触<sup>[11-12]</sup>,因此可应用于临床诊断<sup>[13]</sup>、 环境感知<sup>[14]</sup>和材料科学<sup>[15]</sup>等领域,受到了国内外众 多专家学者的关注。随着激光技术的进一步发展,布 里渊光谱学在材料的粘弹性和热力学性质研究中得 到了广泛的应用<sup>[16]</sup>。2007年, Giuliano和 Seoks 首次 将布里渊技术从点采样光谱扩展到成像模式<sup>[17]</sup>, 监测 了聚合物交联过程中弹性模量的快速动态变化; 2018年, Dana等人利用 532 nm 单频激光作为光源, 使用 Sandk 级联的 FP 干涉仪和 PMT 测量了压缩后 的牛骨弹性特性, 发现缺陷骨具有小的弹性模量<sup>[18]</sup>。 光声技术多数是基于串联多通道的 Fabry-Perot 干涉 仪方法进行布里渊散射频移测量, 光谱分辨率可达 0.5 GHz, 但此方法系统组成庞大又复杂, 实验过程以 及后续的数据处理非常耗时, 而且系统的造价昂贵, 很难进行推广应用。

文中提出了一种基于虚像相位阵列的布里渊光 谱的材料弹性模量测量方法,能够快速获得生物组织 和材料的布里渊光谱频移,从而得到其弹性模量。由 于虚像相位阵列一次分光谱的特性,所以这种测量方 法不仅采集速度快,而且光谱分辨率高,可达 0.25 GHz。 单点光谱实验中,测得了聚乙烯、二氧化硅玻璃和 PMMA样品的布里渊光谱频移,分别为 16 GHz、 33.8 GHz 和 15.4 GHz,求得样品材料的纵向弹性模量 *M*分别为 7.23 GPa、83.4 GPa 和 8.92 GPa。

#### 1 基本原理

共焦成像是一种采用点对点照明及空间针孔调制,从而消减样品在非焦平面散射光的光学成像方法,此方法具有很高的光谱分辨率<sup>[19]</sup>。

布里渊散射光谱是通过散射光的光谱偏移来 研究样品中入射光和声学声子之间的相互作用,从 而提供关于材料的声学,热力学和粘弹性特性的信 息。在单一材料中,声学声速和布里渊光谱频移的 关系为:

$$\Delta \nu = \pm \frac{2nV}{\lambda} \sin \frac{\theta}{2} \tag{1}$$

式中: Δv为布里渊光谱的频移量; λ为入射波长; V为 声学声速; n为折射率; θ为散射角。

$$\Delta v = \pm \frac{2nV}{\lambda} \tag{2}$$

由参考文献 [8] 可知, 单一材料的纵向弹性模量 *M*为:

$$M = \rho V^2 \tag{3}$$

式中: ρ为材料的密度。

因此,通过公式(2)~(3),布里渊光谱在后向散射的情况下,通过测量材料的布里渊频移 $\Delta v$ ,并结合该材料的密度 $\rho$ ,就可得到该材料的纵向弹性模量M。

# 2 虚像相位阵列

虚像相位阵列 (Virtual Image Phase Array, VIPA) 实质上是一个表面粗糙度小于 0.01 的平行平板,它的 基本原理如图 1 所示。入射面和出射面都被镀上高 反膜,一般分别为 100% 和 95%。入射光以小角度进 入玻璃板并聚焦到出射面上,其中一小部分会穿过出 射面,通过光束腰后发散,大部分的光被反射到入射 面后会再次反射到出射面,然后再有一小部分光从出 射面射出。如此反复,直到所有光泄露出 VIPA。所 有的出射光之间会产生相互干涉,被分成无数间隔固 定的光束,而每一个光束都可以假设成是由一个虚像 产生的。一般情况下, VIPA 的光谱分辨率为<sup>[20]</sup>:

$$f = \frac{\lambda_0^2}{2\pi n d \cos \theta_1} \frac{1 - R_1 R_2}{\sqrt{R_1 R_2}}$$
(4)

式中: $\theta_1$ 为 VIPA 的倾角;d为 VIPA 的厚度; $\lambda_0$ 为激光 中心波长;n为空气折射率; $R_1$ 、 $R_2$ 分别为 VIPA 前后表 面膜的反射率。

出射光束中的光由于波长不同,折射出的光角度 各不相同,形成色散效应<sup>[21]</sup>。根据 VIPA 的色散效应,



可以获得不同入射光的光谱特征。此外,由于 VIPA 是标准具,受到自由光谱范围 (Free Spectral Range, FSR) 的限制,会出现级次重叠现象,如图 2 所示, VIPA 标 准具无法区分 550.00 nm 与 550.06 nm 波长的光。因 此, VIPA 常与其他角度色散光学元件级联使用,不仅 提高了采集速率和分辨率,而且能够改善级次重叠的 现象,从而获得二维光谱图像。该系统中使用的 VIPA 是 LightMachinery Inc.的 OP-6721-2000-2Rev.F VIPA 500~600 nm,厚度为 2 mm,光谱分辨率为 1 pm,同步 测量范围为 4 nm。



Fig.2 Orders overlap phenomenon of the VIPA

# 3 实验装置

图 3 为共焦布里渊光谱成像系统,由光谱激发、 白光照明、光谱采集、三维空间运动四个模块组 成。首先,使用白光照明模块和三维空间运动实现 被测样品的定焦与目标区域的确定;然后,利用光谱 激发模块产生布里渊散射光,并收集后向散射光进 入光谱采集模块,利用 VIPA 光谱仪采集被测目标的 布里渊光谱信息,每个模块的具体组成和作用见 3.1~3.4 小节。

#### 3.1 光谱激发模块

光谱激发模块如图 3 中红色实线部分所示,它的 作用是激发布里渊散射光。包含激光、会聚物镜、准 直器扩散器、分束棱镜、显微物镜和共焦针孔等。激 光器使用的是 Verdi G-2W 532 nm 单纵模、连续、大 功率、光抽运半导体激光器,由相干公司生产。激光 输出通过光束扩散器扩展光束,微元区域汇聚到焦平 面上,实现"点光源"。焦平面处的微元物质和激光激 发出的光子相互作用,从而激发出布里渊散射光,显 微物镜将收集的背向散射光汇聚进入物镜 A、直径 为 100 μm 的共焦针孔及物镜 B 中,为了将针孔置于 物镜 A 的物侧焦点处,实现"点检测",需要反复调整 针孔的位置。



图 3 共焦布里渊光谱成像系统

Fig.3 Confocal Brillouin spectral imaging system

#### 3.2 白光照明模块

图 3 中的白光照明模块设计用于确定被测样品的固定焦点和靶区,主要组件有 CCD、分光棱镜、显微物镜和白光光源。CCD 获得样品的靶区和样品的轴向聚焦,显微物镜进行显微成像。显微物镜使用的是 Olympus 生产的 PLAN 系列、数值孔 径是 0.25 的 10 倍显微镜,其作用是白光聚焦成像。在进行样品光 谱测量之前,使用白光照明模块。

#### 3.3 三维空间运动模块

图 3 所示的三维空间运动模块用于样品观测、靶 区选择和布里渊光谱成像。平台分为横向(垂直于光 轴) XY 平面及轴向(光轴)。其中横向 XY 平面运动平 台有两种调节方式,分别为粗调、精调,粗调二维平台 使用的是 BioPrecision2 系列电动平移平台,分辨率为 50 nm,行程为 100 mm×100 mm。精控部分采使用 P-542.2CD 二维运动平台,行程为 200 µm×200 µm,闭环 分辨率与线性度为 2 nm 及 0.03%,重复性小于 5 nm。 轴向运动部件使用的是 SGSP80-20ZF 型升降平台,用 于样品定位过程中的轴向位置的调节。

#### 3.4 光谱采集模块

布里渊弹性散射的频移大致在 1~50 GHz 范围 内,所以光谱仪的分辨率必须满足 R> 10<sup>6</sup> 的要求。现 在已有的光谱检测方法有多通道扫描 FP 干涉仪法<sup>[21]</sup>、 光栅单色仪法<sup>[23]</sup>等。然而,上述扫描方法不仅分辨率 低而且采集速度慢,缓慢的采集时间将布里渊光谱限 制为点采样或静态测量。针对上述问题,该系统使用 基于虚像相位阵列 (Virtual Image Phase Array, VIPA) 的光谱仪作为布里渊光谱采集模块。图 4 为 VIPA 光谱仪的示意图,红色实线部分为激光和背向散色光 抑制模块,红色虚线部分为二维光谱成像模块。

# 3.4.1 VIPA 二维光谱成像模块

为了提高布里渊光谱的采集速度和光谱分辨 率,该系统将 VIPA 与衍射光栅级联。图 5 为 VIPA 和衍射光栅联合的二维光谱原理图。垂直方向上, VIPA 提供高分辨率;水平方向上,衍射光栅将重叠的 标准具级次分开,以扩展整个高分辨率光谱。所有波 长可以同时采集,大大缩短了光谱的采集时间。此 外,将 VIPA 与衍射光栅结合,输出光束会根据不同 的波长在二维平面展开,从而使得波长和成像面空间 中的坐标一一对应,从而测量出物体的二维光谱图像 信息。

#### 3.4.2 激光和背向散色光抑制模块

布里渊散射在自发状态下是相对较弱的过程, 并且光频移很小,大约为10GHz。在大多数情况下,



图 5 VIPA 和衍射光栅联合的二维光谱原理

Fig.5 Two-dimensional spectral principle of VIPA combined with diffraction grating

由瑞利散射或光学反射引起的弹性散射光比布里渊 信号强几个数量级,因此弹性散射信号很容易淹没 布里渊信号。为了改善这一情况,该方案采用超窄 线宽滤波器来抑制激光在光谱仪内部的反射,其滤 波原理与 F-P标准具相似。F-P标准具透射率最大 的条件为:

$$2d\cos\alpha = m\lambda \tag{5}$$

图 6 为超窄线宽滤波器原理图,根据不同波长λ, 通过调节可移动平板来改变间距*d*,即可达到滤波的 目的。



Fig.6 Schematic diagram of ultra-narrow line-width filter

## 4 实验验证

为了检验该装置的光谱检测特性及成像功能,进 行了单个点的光谱探测和二维光谱成像两个实验。

# 4.1 单点光谱探测

对聚甲基丙烯酸甲酯 (PMMA)、聚乙烯和二氧 化硅玻璃样品分别进行了单点的布里渊光谱测试。 图 7 分别为 PMMA、聚乙烯和二氧化硅玻璃样品的 典型光谱仪输出图。

使用洛伦兹峰值拟合方法,获得了 PMMA、聚乙烯和二氧化硅玻璃的布里渊光谱频移,分别为15.4 GHz、16 GHz 和 33.8 GHz,如图 8 所示,然后根据公式(2)及公式(3)计算得出上述各材料的纵向弹性模量 *M*,如表1 所示,实验结果与参考文献[12]测试结果一致。



(a) 聚甲基丙烯酸甲酯 (a) PMMA



(b) 聚乙烯 (b) Polyethylene



(c) 二氧化硅玻璃 (c) Silica glass

图 7 样品的典型光谱仪输出图







Fig.8 Brillouin spectrum of PMMA, polyethylene and silica glass

#### 表1 PMMA、聚乙烯和二氧化硅玻璃典型参数<sup>[12]</sup>

# Tab.1 Typical parameters of PMMA, polyethylene and silica glass<sup>[12]</sup>

Sample	Density/	Refractive	Frequency	Elastic
	g·cm <sup>−</sup> '	index	shift/GHz	modulus/GPa
PMMA	1.18	1.49	15.4	8.92
Polyethylene	0.19	1.51	16	7.23
Silica glass	2.23	1.47	33.8	83.4

该系统布里渊光谱的分辨率计算式为[24]:

$$\Delta f = \frac{c\Delta\lambda}{N\lambda_0^2} \tag{6}$$

式中:  $\Delta f$  为光谱分辨率; c 为光速 (3×10<sup>8</sup> m/s); N 为通 道数 (4096);  $\Delta \lambda$  是同步测量范围 (4 nm);  $\lambda_0$  为激光中 心波长 (532 nm)。代入测量参数, 可以得到该实验装 置的光谱分辨率为 0.25 GHz。

#### 4.2 二维光谱成像

由于容易获得 PMMA 的布里渊信号,因此在 该实验中选择了 PMMA 来验证成像性能。图 9是 PMMA 的二维布里渊光谱图像。图 9(a) 是在没有激 光和反向散射光抑制模块的情况下测得的 PMMA 的布里渊光谱图像。图 9(b) 是添加了激光和反向散 射光抑制模块后测得的 PMMA 的布里渊光谱图像, 图中两个白色亮点即为 PMMA 的布里渊光谱图 像。通过实验可知,加入激光和背向散色光抑制模 块,可以更清楚更有效地获得物质的布里渊光谱图 像信息。



(a) 无抑制模块 (a) No suppression module (b) 有抑制模块 (b) With suppression module

图 9 PMMA 的布里渊光谱图像 Fig.9 Brillouin spectral image of PMMA

# 5 结 论

布里渊光谱技术具有高分辨率及非接触式等优 点,已成为材料弹性研究的重要方法。利用该实验研 制的布里渊光谱测量装置,测得了聚乙烯、二氧化硅 玻璃和 PMMA样品的布里渊光谱频移,分别为 16 GHz、33.8 GHz 和 15.4 GHz,求得样品材料的纵向 弹性模量 M分别为 7.23 GPa、83.4 GPa 和 8.92 GPa。 此外,还测得了 PMMA 的布里渊光谱图像。该装置 还可应用于组织损伤检测、材料特性表征等领域,对 生物医学、材料科学、仿生学等方面的发展具有非常 重要的作用。

## 参考文献:

- Ophir J, Alam S K, Garra B, et al. Elastography: Imaging the elastic properties of soft tissues with ultrasound [J]. *Journal of Medical Ultrasonics*, 2002, 29(4): 155.
- [2] Greenleaf J F, Fatemi M, Insana M. Selected methods for imaging elastic properties of biological tissues [J]. Annual

Review of Biomedical Engineering, 2003, 5: 57-78.

- [3] Krouskop T A, Wheeler T M, Kallel F, et al. Elastic moduli of breast and prostate tissues under compression [J]. Ultrasonic Imaging, 1998, 20(4): 260-74.
- [4] Saadeh S, Cammell G, Carey W D, et al. The role of liver biopsy in chronic hepatitis C [J]. *Hepatology*, 2010, 33(1): 196-200.
- [5] Boley M, Fetzer F, Weber R, et al. High-speed x-ray imaging system for the investigation of laser welding processes [J]. *Journal of Laser Applications*, 2019, 31(4): 042004.
- [6] Ito M, Sone T, Shiraki M, et al. The effect of once-yearly zoledronic acid on hip structural and biomechanical properties derived using computed tomography (CT) in Japanese women with osteoporosis [J]. *Bone*, 2018, 106: 179.
- [7] Holmes S P, Wyneken J. Magnetic Resonance Imaging [J]. Beijing: Mader's Reptile and Amphibian Medicine and Surgery (3rd Edition), 2019: 571-585.
- [8] Wells P N T, Liang H D. Medical ultrasound: imaging of soft tissue strain and elasticity [J]. *Journal of the Royal Society Interface*, 2011, 8(64): 1521-1549.
- [9] Langer R, Tirrell D A. Designing materials for biology and medicine [J]. *Nature*, 2004, 428(6982): 487.
- Shao J, Wang J, Zhang Y, et al. Subtraction elastography for the evaluation of ablation-induced lesions: a feasibility study [J]. *IEEE Trans Ultrason Ferroelectr Freq Control*, 2009, 56(1): 44-54.
- [11] Scarcelli G, Yun S H. Confocal Brillouin microscopy for threedimensional mechanical imaging [J]. *Nature Photonics*, 2017, 2(1): 39-43.
- [12] Liptak D C, Reber J C, Maguier J F, et al. On the development of a confocal Rayleigh-Brillouin microscope [J]. *Review of Scientific Instruments*, 2007, 78(1): 016106.
- [13] Scarcelli G, Pineda R, Yun S H. Brillouin optical microscopy for corneal biomechanics [J]. *Investigative Opthalmology & Visual Science*, 2012, 53(1): 185.
- [14] Wu Xueying, Lu Yumeng, Ma Lisha, et al. Analysis of the present situation and influencing factors of medical environmental perception of general surgery nuclei [J]. *Chinese Journal of Social Medicine*, 2019, 36(3): 311-315.
- [15] Traverso A J, Thompson J V, Steelman Z A, et al. Dual Raman-Brillouin microscope for chemical and mechanical characterization and imaging [J]. *Analytical Chemistry*, 2015, 87(15): 7519-7523.
- [16] Chiao R Y, Stoicheff B P. Brillouin scattering in liquids excited

by the He-Ne maser [J]. *Journal of the Optical Society of America*, 2019, 54(10): 1286-1287.

- [17] Scarcelli G, Yun S H. Confocal Brillouin microscopy for threedimensional mechanical imaging [J]. *Nature Photonics*, 2018, 2(1): 39.
- [18] Akilbekova D, Ogay V, Yakupov T, et al. Brillouin spectroscopy and radiography for assessment of viscoelastic and regenerative properties of mammalian bones [J]. *Journal of Biomedical Optics*, 2018, 23(9): 1.
- [19] Zhang Tao, Zhao Weiqian, Qiu Lirong, et al. Development of confocal Brillouin spectral imaging device [J]. *Optical Technology*, 2018, 44(4): 443-447. (in Chinese)
- [20] Tsia K, Goda K, Capewell D, et al. Performance of serial timeencoded amplified microscope [J]. *Optics Express*, 2010, 18(10): 10016.
- [21] Hu Yihua, Wang Jianyu, Xue Yongqi. Digitalization technology of laser echo waveform in airborne laser remote sensing imaging [J]. *Journal of Remote Sensing*, 2001, 5(2): 110-113. (in Chinese)
- [22] Schneider D A, Roesch M, Tessmann A, et al. A low-loss wband frequency-scanning antenna for wideband multichannel radar applications [J]. *IEEE Antennas and Wireless Propagation Letters*, 2019, 18(4): 806-810.
- [23] Zhang Yinchao, Wang Chen, Chen He, et al. Miniature doublegrating monochromator with Littman configuration for pure rotational Raman LIDAR [J]. *Optical Engineering*, 2020, 59 (2): 1.
- [24] Zhong Kun, Wang Yun, Zhang Tao, et al. Confocal Brillouin spectroscopy measurement device based on socket programming [J]. *Progress in Laser and Optoelectronics*, 2016, 53(9): 204-210. (in Chinese)



第一作者简介: 徐孟 (1990-),硕士 生,2010 年于安徽理工大学获得学 士学位,现就读于北京信息科技大 学仪器科学与光电工程学院。主 要从事基于虚像相位阵列的布里 渊光谱测量等方面的研究。



导师简介: 牛海莎 (1984 -), 讲师, 博士, 2008 年于武汉大学获得学士 学位, 2017 年于北京航空航天大学 获得博士学位, 主要从事基于正交 偏振激光器、激光器自混合干涉效 应的精密测量等方面的研究。



通讯作者简介: 祝连庆(1963-),教授,博士生导师,博士,1984年、 1989年于合肥工业大学分别获得 学士、硕士学位,2013年于哈尔滨 工业大学获得博士学位,北京学 者,国家有突出贡献中青年专家,

国家级百千万人才,国务院特殊津贴专家,北京市有 突出贡献科学人才,科技北京百名领军人才,高创计 划杰出人才,教育部"长江学者创新团队"带头人,全 国优秀科技工作者,主要从事光纤传感与激光器、生 物医学检测技术及仪器、精密测量与系统等方面的研 究。