

(Optical Coherence Tomography,简称OCT)

计算机断层成象(CT-Computed Tomography)

第一代: X射线 CT

γ 射线 CT-工业CT

第二代: NMR CT-核磁共振成象

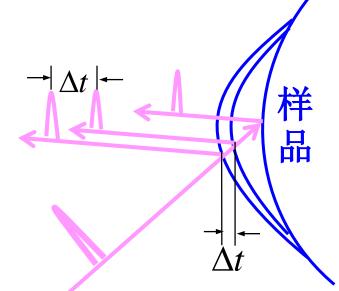
第三代: 光学相干CT-OCT

空间分辨率达微米的量级



(1) 样品反射光脉冲的延迟时间 样品中不同位置处反射 的光脉冲延迟时间也不同:

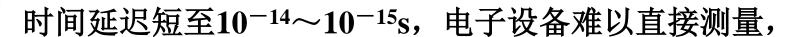
$$\Delta t \approx \frac{2n\Delta d}{c} = \frac{2n\Delta d}{3 \times 10^8 \text{ m/s}}$$



数量级估计:  $\Delta t \approx 10^{-8} \Delta d \cdot \text{s/m} = 10^{-14} \Delta d \cdot \text{s/} \mu \text{ m}$ 

要实现微米量级的空间分辨率(即 $\Delta d \sim \mu m$ ),就要求能测量  $\Delta t \leq 10^{-14}$  秒的时间延迟。

激光器的脉冲宽度要很小~10-15秒 —飞秒



### 可利用迈克尔逊干涉仪原理测量。

当参考光脉冲和信号光脉冲序 列中的某一个脉冲同时到达探 测器表面时,就会产生光学干 涉现象。这种情形,只有当参 考光与信号光的这个脉冲经过 相等光程时才会产生。 参考镜 眼 睛

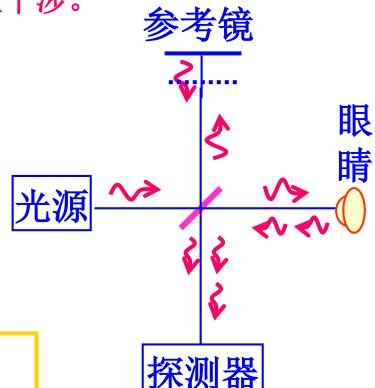
因为10-15秒的光脉冲大约只有一个波长。

测量不同结构层面返回的光延迟,只须移动参考镜,使参考光分别与不同的信号光产生干涉。

分别记录下相应的参考镜的空间 位置,这些位置便反映了眼球内 不同结构的相对空间位置。

参考臂扫描可得到样品深度方向 的一维测量数据。光束在平行于样 品表面的方向进行扫描测量,可得 到横向的数据。

> 将得到的信号经计算机处理,便 可得到样品的立体断层图像。





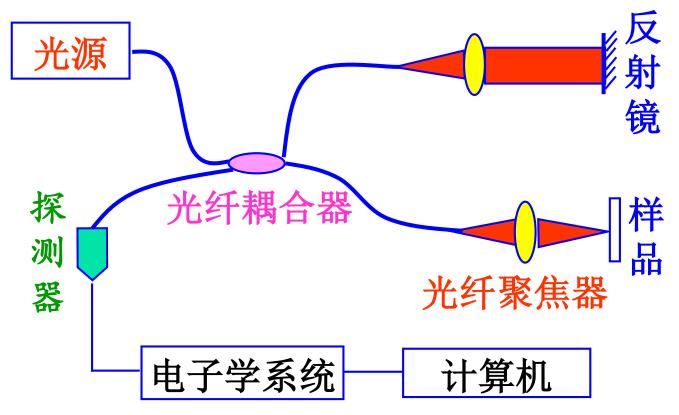
不同材料或结构的样品反射光的强度不同。根据反射光信号的强弱, 赋予其相应的色彩, 这样便得到样品的假彩色图。

### (3) OCT成像的特点:

- \* 对光程较长的多次散射光有极强的抑制作用。即使透明度很差的样品,仍可得到清晰的图像。
- \* 图象的断层分辨率由光的脉宽决定。
- \* 图象的横向分辨率由光束的直径决定



### ——光纤化的迈克尔逊干涉仪

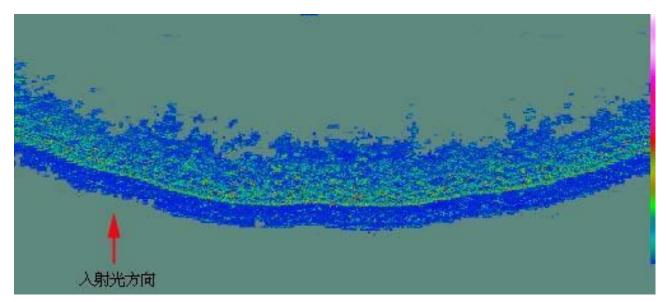




# 3. 应用 生物

医学

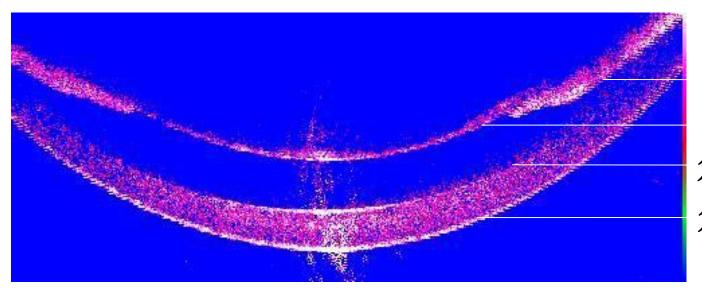
材料科学



大葱表皮的 OCT 图像

实际样品大小为10mm×4mm,图中横向分辨率约为20μm,纵向分辨率约为25μm。





睫状体 晶状体上皮 角膜后表面 角膜前表面

# 兔子眼球前部的OCT图像

# § 3.8 时间相干性

薄膜干涉时对光源要求不高,但强调"薄",为什么?多薄?

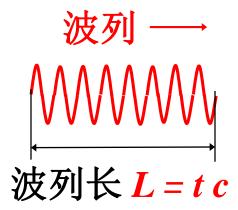
#### 普通光源

# 自发辐射跃迁

$$E_{2} \longrightarrow V = (E_{2}-E_{1})/h$$

$$E_{1} \longrightarrow V = (E_{2}-E_{1})/h$$

发光时间 t ≈10-8~ 10-10 s

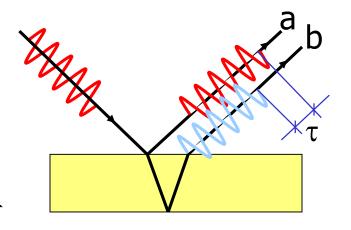




■ 由光程差造成反射光a与 折射光b的时间差τ

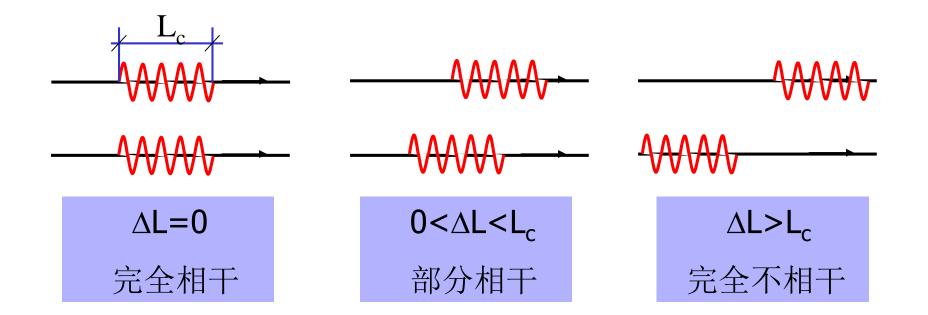
$$\tau = \Delta L/c$$

光程差ΔL越大,折射光b越落后 于反射光a。若ΔL过大,则b光 落后a光将超过列波长度L。这时 a、b光将无法进行相干叠加。





- 把列波L称为相干长度,记为L<sub>c</sub>
- 传播 $L_c$ 距离所花的时间 $\tau_c$ 称为相干时间, $\tau_c = L_c/c$

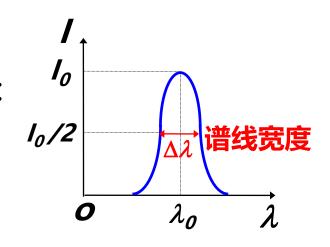




时间相干性与光源的单色性相关。

相关长度Lc与谱线宽度 $\Delta \lambda$ 有关系:

$$L_c = \frac{\lambda^2}{\Delta \lambda^2} \qquad \Delta E \cdot \Delta t = \hbar$$



光谱的单色性越好,相干长度越长,时间相干性越好。